

بررسی تغییرهای نقشه الگوهای جریان استخراج حلالی سدیم دیکلوفناک در سامانه‌های ریزسیالشی برپایه عده‌های بدون بعد

مهوش انصاری‌مهر^۱، احمد رهبر کلیشمی^{۲*} و هادی شایسته^۳

۱. کارشناس ارشد مهندسی شیمی، فرایندهای جداسازی و فراوری مواد، دانشکده مهندسی شیمی نفت و گاز، دانشگاه علم و صنعت ایران، تهران، ایران.
۲. دانشیار مهندسی شیمی، فرایندهای جداسازی و فراوری مواد، دانشکده مهندسی شیمی نفت و گاز، دانشگاه علم و صنعت ایران، تهران، ایران.
۳. دانشجوی دکتری مهندسی شیمی، فرایندهای جداسازی و فراوری مواد، دانشکده مهندسی شیمی نفت و گاز، دانشگاه علم و صنعت ایران، تهران، ایران.

دریافت: اسفند ۹۹ بازنگری: فروردین ۱۴۰۰ پذیرش: فروردین ۱۴۰۰



10.30495/JACR.2022.688383



20.1001.1.17359937.1400.15.4.6.7

چکیده

در این پژوهش، استخراج حلالی دیکلوفناک از محیط آبی با استفاده از استخراج کننده تترا-ان-بوتیل آمونیوم بروماید (TBAB) در میکروکanal Y شکل با تأکید بر الگوهای جریان دوفازی مورد مطالعه تجربی قرار گرفت. برای بررسی رقابت بین نیروهای تاثیرگذار بر الگوهای جریان از اعداد بدون بعد موینگی، وبر و رینولذ استفاده شده است. مشاهده شد که در اعداد موینگی و وبر پایین جریان لخته‌ای تشکیل می‌شود که نشان می‌دهد در سرعت‌های کم دو فاز، کشش سطحی نیروی تاثیرگذار بر جریان دو فاز است و از آنجایی که نیروی کشش سطحی به طور عمود بر سطح عمل می‌کند، جریان لخته‌ای ایجاد شده است. با افزایش دبی کل از $1/2$ تا 2 ml/h که در گسترده جریان لخته‌ای قرار دارد بازده استخراج از 93% درصد به $90/4\%$ کاهش یافت. با افزایش دبی کل از 4 تا 12 ml/h جریان لخته‌ای به موازی تبدیل شد و بازده استخراج از $45/2\%$ به $64/2\%$ به $45/2\%$ کاهش پیدا کرد. با بررسی عملکرد انتقال جرمی میکروکanal می‌توان گفت در جریان لخته‌ای هرچه دبی کل بیشتر می‌شود (از $1/2$ تا 2 ml/h) چرخش‌های داخلی زیادتر می‌شود و در نتیجه مقدار ضریب انتقال جرم از $0/131$ به $0/191$ افزایش می‌یابد. در جریان موازی نیز با افزایش دبی از 4 به 12 ml/h به علت کاهش زمان اقامت و افزایش نیرو محرکه غلظت، ضریب انتقال جرم از $0/241$ به $0/283$ افزایش می‌یابد.

واژه‌های کلیدی: ریزسیالشی، استخراج مایع مایع، الگوهای جریان، رینولذ، وبر، موینگی.

کمتر، بازده استخراج بالاتر که درنتیجه افزایش نسبت سطح به حجم بین فاز آبی و آلی و کاهش مسافت نفوذ ایجاد می‌شود، برخوردار شد [۵ تا ۹].

پژوهشگران زمان زیادی برای توسعه اجزای ریزسیالشی نوین برای انتقال سیال، اختلاط سیال، کنترل جریان سیال یا غلظت و جداسازی مولکول‌ها در حجم‌های خیلی کوچک سیالات در دو دهه اخیر سپری کرده‌اند. امروزه انواع متفاوتی از میکروپمپ‌ها، میکروهمزن‌ها و میکروشیرها در کاربردهای ریزسیالشی ارائه شده‌اند [۱۰ و ۱۱]. سامانه‌های ریزسیالشی کاربردهای متنوع و گستردگی دارند. برخی از نمونه دستگاه‌ها و سامانه‌ها شامل چاپگرهای جوهرافشان، تجزیه‌گرهای خون قابل حمل، تراشه‌های DNA و پروتئین، سامانه‌های آزمایشگاه روی تراشه^۲ و سامانه‌های ریزتجزیه هستند. ریزسیالشی نه تنها در تشخیص پزشکی، داروها (کشف دارو، آزمایش دارو، کنترل کیفیت فرایند)، زیست-فناوری و فناوری زیستمحیطی کاربرد دارد، بلکه در لوازم الکترونیکی صنایع کاغذ، مواد شیمیایی خودرو و صنایع غذایی استفاده‌های گسترده‌ای دارد [۱۰ تا ۱۷].

در سال ۲۰۰۰ نخستین مطالعه استخراج ریزسیالشی بین دو مایع امتراج‌ناپذیر انجام شد. متعاقب آن استخراج مایع‌مایع ریزسیالشی توجه بسیاری از پژوهشگران را به خود جلب کرد و به طور گسترده‌ای برای جداسازی ترکیب‌های متفاوت و آماده‌سازی نمونه‌ها در شیمی تجزیه، بلورش، مهندسی داروسازی مورداستفاده قرار گرفت. استخراج مایع-مایع در استخراج کننده‌های ریزسیالشی متفاوتی انجام می‌شود. این استخراج کننده‌های ریزسیالشی به طور معمول ابعاد مشخصه‌ای از ده تا صد میکرون دارند که نتیجه آن اعداد رینولز کمتر از ۲۳۰۰ است که مرز بین جریان آرام و آشفته است. به همین دلیل جریان‌های مایع‌ها در این‌گونه دستگاه‌ها آرام هستند که برای استخراج مایع‌مایع سودمند

مقدمه

سدیم دیکلوفناک از گروه داروهای پادالتهابی غیراستروئیدی کاهش‌دهنده درد است که برای کاهش درد و تورم در بیماری‌های رماتیسمی استفاده می‌شود. به دلیل ویژگی آبدوستی آن، بیشتر در محیط آبزیان پایدار خواهد بود. مطالعه‌های اخیر نشان داده‌اند که دیکلوفناک در میوه‌ها و سبزیجات خوارکی تجمع می‌یابد که می‌تواند به طور مستقیم بر سلامت انسان تأثیر بگذارد. بنابراین، انتخاب یک روش مناسب برای حذف این دارو از محیط‌های آبی با هدف جلوگیری از ورود آن به محیط‌زیست بسیار مهم است [۱ و ۲].

استخراج مایع‌مایع که به استخراج حلالی نیز معروف است یک روش جداسازی است که برای انتقال یک جز بین دو مایع غیرقابل امتصاص با هدف جداسازی، تغليظ و خالص‌سازی استفاده می‌شود. فناوری استخراج حلالی به طور گسترده‌ای در تولید فلزها، تصفیه پساب، بازیابی سوخت‌های هسته‌ای مصرف‌شده و همچنین، خالص‌سازی و تغليظ بسیاری از حل‌شونده‌های زیستی مانند DNA و ترکیب‌های دارویی به کار می‌رود [۲ تا ۵]. در حالی که استخراج مایع‌مایع سنتی در حجم‌های بالای سیال مزیت‌های ویژه خود را دارد. با این حال مرحله جداسازی فازها پس از استخراج نیازمند یک مرحله عملیاتی پرهزینه و زمان بر است. همچنین، امکان تشكیل نامیزه و از دستدادن نمونه وجود دارد [۵]. با کاهش ابعاد این دستگاه‌ها به مقیاس میکرو، احتیاج به مرحله جداسازی بهدلیل عدم اختلاط فازها در هر نقطه از فرایند استخراج در حالت الگوی جریان موازی، حذف می‌شود و برای فازهایی که تشكیل نامیزه می‌دهند مناسب است. با به کاربردن دستگاه‌های ریزسیالشی^۱ در فرایند استخراج مایع-مایع می‌توان از مزایایی مانند مصرف کم نمونه و حلال، هدررفت کمتر فراورده‌ها، زمان تجزیه کوتاه‌تر، نیاز به فضای

1. Microfluidics

2. Lab on a Chip

بخش تجربی

مواد شیمیایی
سدیم دیکلوفناک

سدیم دیکلوفناک، جامد پودری سفیدرنگ با خلوص بیشتر از ۹۸٪ تهیه شده از شرکت سیگما آلدریج در این پژوهش استفاده شد. جدول ۱ ویژگی‌های سدیم دیکلوفناک را نشان می‌دهد.

جدول ۱ ویژگی‌های سدیم دیکلوفناک [۲۳]

فرمول شیمیایی	$C_{14}H_{10}Cl_2NO_2.Na$
کد تجاری	۱۵۳۰۷-۷۹-۶
جرم مولکولی	۳۱۸/۱۳ g/mol
حالیت در آب ($20^{\circ}C$)	۲۵ mg/ml
ساختار مولکولی	

/استخراج کننده تترا-ان-بوتیل آمونیوم بروماید^۱ (TBAB) نخستین ویژگی که باید در انتخاب حلال مورد توجه قرار گیرد، حالیت است که به توانایی حلال در حل کردن مقدارهای قابل توجه حل شونده بستگی دارد. وجود اتم‌های اکسیژن، نیتروژن، کلر و سدیم در ساختار سدیم دیکلوفناک منجر به قطبیت پذیری بالای این دارو شده است. بنابراین، برای حل شدن نیاز به یک حلال قطبی است. تترا-ان-بوتیل آمونیوم بروماید (TBAB)، یک آمونیم چهارتائی با شمارشگر یون بروماید است و شکل ظاهری آن یک جامد سفیدرنگ است. در این پژوهش، TBAB به عنوان ماده استخراج کننده به کار گرفته شد. TBAB به فاز حلال افروده می‌شود و فرم کاتیونی آن با فرم آنیونی دارو (دیکلوفناک)

نیستند. با این وجود این ابعاد بسیار کوچک می‌توانند به طور قبل توجهی طول انتقال جرم را کاهش و مساحت فصل مشترک را افزایش دهند و در کنار آن مرحله جداسازی فازها با مرحله استخراج در یک واحد عملیاتی ادغام شود. جریان مایع‌ها در یک استخراج کننده ریزسیالشی با تقسیم‌شدن، تاشدن و کشش، موجب کاهش طول اختلاط و افزایش نسبت سطح به حجم فصل مشترک می‌شود. بنابراین، میکرواستخراج کننده‌ها قادر به جداسازی سریع ترکیب‌ها از یک مخلوط تنها با حجم خیلی کمی از نمونه هستند [۱۸]. الگوهای جریان دوفازی تولیدشده در دستگاه‌های ریزسیالشی در استخراج مایع مایع به طور عمده به سه گروه جریان موازی، جریان لخته‌ای و جریان قطره‌ای تقسیم می‌شوند [۱۹]. در میکروکanal‌ها، نیروهای کشش سطحی و نیروهای اصطکاک بر گرانش چیره هستند. به همین دلیل، دو مایع می‌توانند صرف‌نظر از چگالیشان در کنار یکدیگر در داخل میکروکanal جریان یابند. هیبارا^۱ و همکارانش یک تجزیه و تحلیل بدون بعد برای تعیین و استنگی نیروهای عمل کننده در میکروکanal به ابعاد میکروکanal و ویژگی سیال‌ها انجام دادند. تجزیه و تحلیل آن‌ها تایید کرد که یک فصل مشترک مایع مایع موازی و پایدار در داخل میکروکanal‌هایی با ابعاد چند صد میکرومتر می‌تواند تشکیل شود و می‌توان از نیروی گرانش صرف‌نظر کرد. اگرچه مدل آن‌ها به سطوح ساکن محدود بود و ویژگی گران روی و گران روی کشسانی در نظر گرفته نشده بود [۲۰ تا ۲۲]. در این پژوهش، به بررسی نقشه الگوهای جریان استخراج حلالی سدیم دیکلوفناک در سامانه‌های ریزسیالشی برپایه اعداد بدون بعد و همچنین، ضرایب انتقال جرم کلی حجمی در میکروکanal Y شکل با تأکید بر الگوهای جریان دوفازی پرداخته شده است. همچنین، رقابت بین نیروهای تاثیرگذار بر الگوهای جریان با اعداد بدون بعد موینگی، وبر و رینولدز بررسی شده است.

1. Hibara

2. Tetrabutylammonium bromide

-۱۳٪ است که نشان دهنده حلالیت بالای دیکلوفناک در ۱-اکتانول نسبت به آب است. با توجه به موارد گفته شده، ۱-اکتانول به عنوان حلال فراورده شرکت مرک مورد استفاده قرار گرفت.

هیدروکلریک / اسید

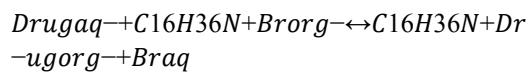
برای تنظیم pH محلول دارو، از هیدروکلریک اسید با خلوص ۳۷٪ ساخت شرکت مرک استفاده شده است. تجهیزات مورد استفاده

شکل ۱ طرحواره‌ای از تجهیزات استفاده شده برای بررسی الگوهای جریان و فرایند استخراج در میکروکانال را نشان می‌دهد که شامل یک پمپ سرنگی مدل ۴SP94-1 ساخت شرکت زیست‌راد با دقت تزریق ۲٪، یک دستگاه میکروکانال شیشه‌ای Y شکل، یک قیف دکانتور ۵۰ میلی‌لیتری، یک میکروسکوپ PH 20- (WiloverStandard) و یک دوربین (Helmut Hund GmbH Canon EOS-) و یک دوربین (700D

است.

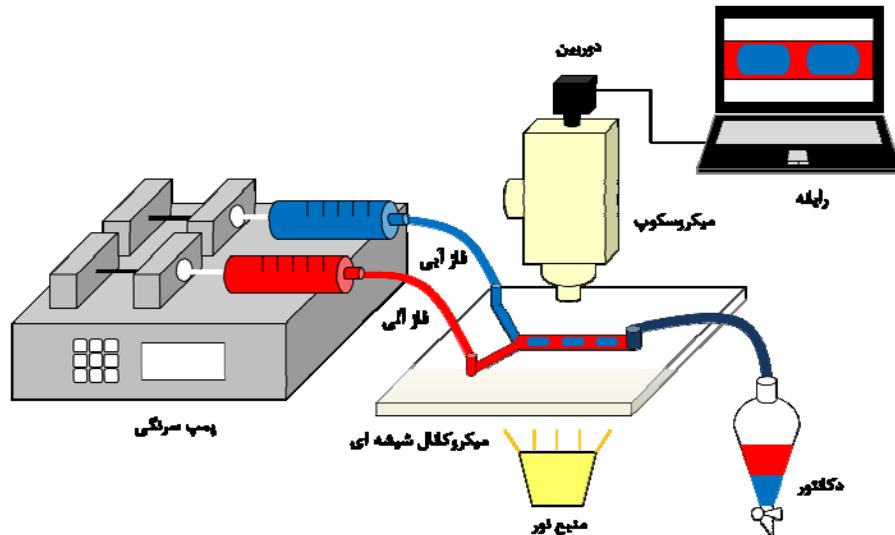
برای این معادله ۱ تشکیل کمپلکس می‌دهد [۲۴].

(۱)



۱-اکتانول

وجود اتم‌های اکسیژن، نیتروژن، کلر و سدیم در ساختار سدیم دیکلوفناک منجر به قطبیت‌پذیری بالای این دارو شده است. بنابراین، برای حل شدن نیاز به یک حلال قطبی است. ۱-اکتانول، ترکیبی آلی با فرمول شیمیایی $\text{C}_8\text{H}_{18}\text{O}$ ، مایعی شفاف با بویی تند به علت گروه عاملی هیدروکسیل، یک حلال قطبی است که دیکلوفناک در آن به خوبی حل می‌شود. از طرفی ضریب توزیع یک عامل کلیدی در انتخاب حلال است که به عنوان نسبت غلظت کل حل شونده در فاز آلی به غلظت کل حل شونده در فاز آبی در حالت تعادل تعریف می‌شود و معیاری از تفاوت حلالیت حل شونده در دو فاز است. ضریب توزیع بزرگ‌تر از ۱ بیانگر آن است که حل شونده تمایل بیشتری به فاز آلی نسبت به فاز آبی دارد. ضریب توزیع سدیم دیکلوفناک بین ۱-اکتانول و آب برابر



شکل ۱ طرحواره‌ای از تجهیزات مورد استفاده در استخراج حلالی ریزسیالشی

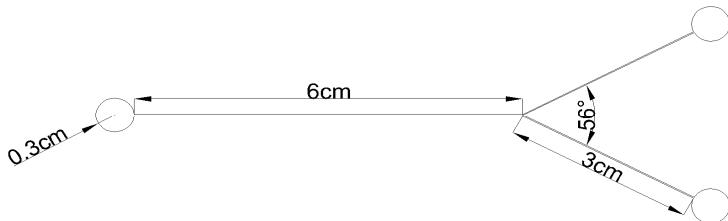
شده است. اطلاعات خبیطشده با دوربین به طور مستقیم وارد رایانه و ذخیره می‌شود.

ساخت میکروکانال
یک میکروکانال با ورودی ۷ شکل و با اندازه‌های داده شده در جدول ۲ در نرمافزار اتوکد طراحی شد. میکروکانال طراحی شده در نرمافزار اتوکد در شکل ۲ نشان داده شده است.

دو فاز آبی و آبی از راه لوله‌هایی از جنس پلی‌تترافلوروواتریلن (PTFE) با قطر خارجی ۳ میلی‌متر و قطر داخلی ۲ میلی‌متر با پمپ سرنگی به درون میکروکانال تزریق می‌شوند و در آن‌جا باهم در تماس قرار می‌گیرند. جریان خروجی از میکروکانال در دکانتور جمع‌آوری و در آنجا دو فاز به سرعت از یکدیگر تحت نیروی جاذبه جدا می‌شوند. برای مشاهده الگوهای جریان تشکیل شده، از میکروسکوپ با بزرگنمایی ۲۰۰ برابر استفاده می‌شود. همچنین، برای ضبط فیلم و عکس از الگوهای جریان، دوربین بر میکروسکوپ قرار داده

جدول ۲ ویژگی‌های میکروکانال مورد استفاده در این پژوهش

ویژگی	مقدار
طول، عرض و عمق میکروکانال اصلی	۶ سانتی‌متر، ۴۰۰ میکرومتر و ۳۰۰ میکرومتر
طول، عرض و عمق میکروکانال‌های ورودی	۳ سانتی‌متر، ۲۰۰ میکرومتر و ۳۰۰ میکرومتر
زاویه بین دو میکروکانال ورودی	۵۶°
قطر محفظه‌های ورودی و خروجی	۰.۳ سانتی‌متر



شکل ۲ طرح میکروکانال رسم شده در اتوکد

به نرمافزار کورل انتقال یافت و ویرایش‌های لازم بر آن انجام شد. موتور دستگاه لیزر با حرکت گام‌به‌گام، طرح میکروکانال را به قلمزن لیزر منتقل می‌کند و به این ترتیب طرح بر شیشه حک می‌شود. این عمل موجب زبری و ناهمواری سطح میکروکانال ایجاد شده می‌شود. برای رفع این مشکل از یک جسم نوک‌تبیز مانند سوزن سرنگ استفاده شد تا تراشه‌های ایجاد شده از سطح میکروکانال جدا شود با

حکاکی با لیزر CO_2 بر شیشه

از روش برش لیزری به دلیل زمان برش کوتاه و هزینه کم برای ایجاد طرح میکروکانال بر شیشه استفاده شد. فرایند حکاکی با دستگاه لیزر ساخت شرکت GCC LASER PRO سری X252 با توان ۸۵ وات بر شیشه‌ای با ابعاد 10×18 سانتی‌متر و ضخامت ۴ میلی‌متر انجام شد. برای انتقال طرح به دستگاه لیزر، فایل میکروکانال طراحی شده از اتوکد

- با گاز نیتروژن خشک شد.
۲. محلول ۲٪ حجمی اکتادسیل تری کلروسیلان حل شده در تولوفن با دبی ۳ ml/h به مدت یک ساعت از ورودی‌های میکروکanal تزریق شد.
 ۳. پس از خارج شدن همه محلول از میکروکanal، میکروکanal در کوره در دمای ۱۰۰°C یک ساعت قرار داده شد.
 ۴. در انتهای، میکروکanal با آتانول شسته و خشک شد. زاویه تماس استاتیکی بین آب و سطح شیشه پیش و پس از سیلان دارکردن، اندازه‌گیری شد. نتیجه‌ها نشان داد زاویه تماس در حالت پیش و پس از اصلاح سطح به ترتیب ۲۵ و ۲۵° بود.
- بررسی الگوهای جریان**
- الگوهای جریان در میکروکanal، عامل تعیین‌کننده در میزان انتقال جرم است. با تشکیل الگوهای جریان متفاوت، می‌توان اثر نیروهای گرانرو، لختی^۲ و کشش سطحی را بررسی کرد. در این پژوهش، با توجه به آب‌گریزبودن سطح میکروکanal، سیال آلی فاز پیوسته و سیال آبی فاز پراکنده بود. برای تعیین الگوهای جریان، دو سیال آبی و آلی که ویژگی آن‌ها در جدول ۳ آورده شده است در گستره‌ای از دبی‌های دو فاز (۶۰ ml/h تا ۶۰۰ ml/h) به کanal تزریق شدند و سپس با میکروسکوپ و دوربین، الگوهای جریان مشاهده و ضبط شدند. درنتیجه، نقشه الگوهای جریان بر حسب دبی جریان دو فاز تهیه شد.
- برای فرآگیرگردن نقشه‌های الگوهای جریان و نیز بررسی اثر ویژگی‌های دو فاز بر الگوهای جریان از اعداد بدون بعد رینولدز، ویر و موینیگ استفاده شد که معادله‌های آن‌ها در زیر آمده است.

$$Re_m = \frac{\rho_m u_m d_h}{\mu_m} \quad (2)$$

1. Octadecyltrichlorosilane

سال پانزدهم، شماره ۴، زمستان ۱۴۰۰

این عمل تا حدودی زبری و ناهمواری سطح کاهش یافت. سوراخ‌های ورودی و خروجی جریان در دستگاه ریزسیالشی، بر شیشه رویی با مته الماس به قطر ۳ میلی‌متر ایجاد شد و سپس دو لایه شیشه در حمام فراصوت با آب یون‌زدوده شسته شدند تا برای مرحله پیوند به یکدیگر آماده شوند.

پیوند گرمایی شیشه‌ها

در روش پیوند گرمایی، لایه‌ها تا دمایی نزدیک یا بیشتر از دمای گذار شیشه بالا می‌روند. فرایند گرمادهی و سردشدن باید با دقت انجام شود چراکه ممکن است موجب شکستن شیشه یا عدم پیوند شود. بنابراین، اعمال یک برنامه زمانی مناسب برای فرایند گرمادهی و سردشدن شیشه، لازم است [۲۵]. در این پژوهش، برای پیوند گرمایی دو لایه شیشه به یکدیگر، کوره الکتریکی قابل برنامه‌ریزی (FPX DAIHAN سری) به کار گرفته شد. برای این منظور، شیشه رویی سوراخ شده را بر شیشه حکاکی شده قرار داده و با چسبزدن به گوشه‌ها مانع جابه‌جایی آن‌ها می‌شویم و در انتهای به مدت ۱ ساعت در دمای ۶۲۰°C در کوره قرار داده شد.

آب‌گریز کردن سطح میکروکanal سیلان دارکردن سطح شیشه برای آب‌گریز کردن آن انجام شد. بهیان‌دیگر، هدف جایگزین کردن گروههای سیلانول با گروههای عاملی سیلان و تغییر سطح شیشه از آب دوست به آب‌گریز بود. از اکتادسیل تری کلروسیلان^۱ که یک مولکول آمفیفیلیک و شامل یک زنجیره بلند گروه آلکیل (C₁₈H₃₇) و یک سر قطبی (SiCl₃) است، استفاده شده است. سر قطبی این ماده بر شیشه در تماس با گروه سیلانول، تشکیل یک تک لایه سیلان می‌دهد [۲۶].

مراحل سیلان دارکردن سطح میکروکanal به شرح زیر بود.

۱. میکروکanal با آب و آتانول به طور کامل شسته و سپس

2. Inertia

نشریه پژوهش‌های کاربردی در شیمی (JARC)

متفاوت انجام شد. در همه آزمایش‌های انجام‌شده در حین انجام فرایند استخراج، الگوهای جریان با میکروسکوپ مشاهده و عکس‌برداری‌های لازم انجام شد. مقدار انتقال جرم در الگوهای جریان متفاوت با یکدیگر مقایسه شد. پس از انجام هر آزمایش، میکروکانال با ایزوفلوروبانول شسته شد تا مایع‌های باقی‌مانده خارج شود و سپس با فشار هوا خشک شد. برای مشخصه یابی عملکرد انتقال جرم میکروکانال، درصد بازده استخراج ($EE(\%)$) و ضریب انتقال جرم کلی حجمی ($k_L a$) به کارگرفته شد که معادله‌های آن‌ها در زیر آمده است [۲۷ تا ۳۹].

$$EE(\%) = \frac{C_{aq,in} - C_{aq,out}}{C_{aq,in}} \times 100 \quad (5)$$

$$k_L a = \frac{1}{t} \left(\frac{C_{aq,eq} - C_{aq,in}}{C_{aq,eq} - C_{aq,out}} \right) \quad (6)$$

$$t = \frac{V_{ch}}{Q_{aq} + Q_{org}} \quad (7)$$

که در آن‌ها، $C_{aq,eq}$ و $C_{aq,out}$ به ترتیب غلظت ورودی، غلظت خروجی و غلظت تعادلی دیکلوفناک در فاز آبی بر حسب mg/l هستند. t زمان اقامت مخلوط دو فاز در کانال و V_{ch} حجم میکروکانال است.

برای اندازه‌گیری غلظت دیکلوفناک در نمونه آبی خروجی از میکروکانال، روش طیفسنجی مرئی-فرابینفشن به کارگرفته شد. برای این منظور دستگاه طیفسنج مزئی-فرابینفشن ساخت شرکت Shimadzu ژاپن مدل UV-2550 به کار گرفته شد. گستره کاری دستگاه از ۱۹۵ تا ۱۱۰۰ نانومتر بود. همچنین، دستگاه دارای قابلیت تجزیه تک طول موجی و یا طیفی است که در این مطالعه تجزیه طیفی به کار گرفته شد [۳۰].

منحنی واسنجدی دیکلوفناک برای رسم منحنی واسنجدی دیکلوفناک شش محلول با

$$Ca_m = \frac{\mu_m u_m}{\gamma} \quad (3)$$

$$We_m = \frac{\rho_m u_m^2 d_h}{\gamma} \quad (4)$$

که در آن‌ها، We_m ، Ca_m و Re_m به ترتیب اعداد رینولدز، مویینگی و وبر میانگین دو فاز هستند. زیرنویس m نشان‌دهنده مقدار میانگین از دو فاز است.

جدول ۳ ویژگی فیزیکی فاز آبی و آلی

ویژگی ($25^\circ C$)	فاز پراکنده	فاز پیوسته
محلول ۱-اکتانول حاوی 20 mg/l TBAB	محلول آبی 20 mg/l دیکلوفناک	محلول ۱-اکتانول
چگالی (kg/m^3)	۹۹۷	۸۲۲
گرانروی (Pa.s)	1×10^{-3}	7.5×10^{-3}
کشش بین‌سطحی (N/m)	-	8.19×10^{-3}

فرایند استخراج مایع مایع دیکلوفناک در میکروکانال در طی فرایند استخراج، دو فاز آبی و آلی از راه پمپ سرنگی وارد میکروکانال شد و در آن‌جا انتقال جرم صورت گرفت. در همه آزمایش‌های انجام‌شده، غلظت دارو در فاز آبی 20 mg/l در نظر گرفته شد. در ابتدا برای تهیه محلول دارو با غلظت 20 mg/l ، مقدار مشخصی از دارو در حجم مشخصی از آب یون‌زدوده حل و بر همزن مغناطیسی به مدت ۱۵ دقیقه قرار داده شد تا دارو به طور کامل در آب حل شود. سپس، دو فاز آبی و آلی در دبی‌های مشخص با پمپ سرنگی به میکروکانال تزریق و پس از انتقال جرم در میکروکانال وارد دکانتور و در آنجا به سرعت از یکدیگر جدا شدند. غلظت دارو در فاز آبی با طیفسنجی مرئی-فرابینف تعیین شد. این آزمایش در دبی 6 ml/h برای هر دو فاز و در نسبت‌های دبی

نتیجه‌های مشاهده‌های انجام شده در خصوص این سه جریان در قالب نقشه الگوهای جریان بر پایه دبی‌های حجمی دو فاز در شکل ۴ نشان داده شده است.

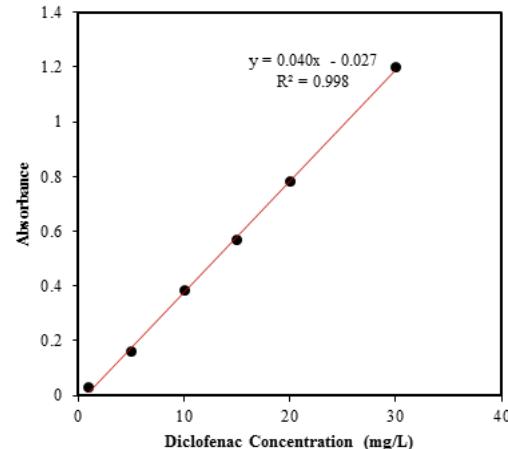
نقشه الگوهای جریان بر پایه اعداد بدون بعد برای بررسی رقابت بین نیروهای تاثیرگذار بر الگوهای جریان، عده‌های بدون بعد موینگی، وبر و رینولذز به کار گرفته شدند. در شکل‌های ۵ و ۶ به ترتیب نمودار عدد موینگی برپایه دبی فاز پراکنده و نمودار عدد وبر برپایه دبی فاز پراکنده برای سه الگوی جریان مشاهده شده، رسم شده است. برپایه شکل‌های ۵ و ۶ با افزایش عدد وبر و عدد موینگی، جریان موازی و با کاهش عدد موینگی و عدد وبر جریان لخته‌ای به دست آمد. با توجه به این که عدد موینگی نسبت نیروهای گران‌روی به کشش سطحی و عدد وبر نسبت نیروهای لختی به کشش سطحی است، با افزایش عدد موینگی و عدد وبر نیروهای گران‌روی و لختی بر نیروی کشش بین سطحی دو فاز چیره می‌شوند و از آن جایی که این نیروها مماس بر سطح عمل می‌کنند موجب کشیدگی و گسترده‌گی سطح تماس دو فاز می‌شوند که نتیجه آن تشکیل جریان موازی است. از طرف دیگر، مشاهده شد که در اعداد موین و وبر پایین جریان لخته‌ای تشکیل شد که نشان می‌دهد در سرعت‌های کم دو فاز کشش سطحی نیروی تاثیرگذار بر جریان دو فاز بوده و از آن جایی که نیروی کشش سطحی به طور عمود بر سطح عمل می‌کند و تمایل به تشکیل سطوح منحنی دارد جریان لخته‌ای ایجاد شده است. همچنین، نتیجه‌ها نشان داد در دبی پایین فاز پراکنده، با افزایش عدد موینگی و عدد وبر، جریان از حالت لخته‌ای به سمت قطره‌ای پیش رفت؛ زیرا فاز پیوسته گران‌روی بالایی دارد. درنتیجه، هرچه دبی فاز پیوسته در دبی پایین فاز پراکنده زیادتر می‌شود، تنش برشی ناشی از نیروی گران‌روی و لختی فاز پیوسته، بر نیروی کشش سطحی چیره و موجب تبدیل لخته‌ها به قطره‌ها می‌شود.

غلظت‌های ۱، ۵، ۱۰، ۱۵، ۲۰ و ۳۰ mg/L تهیه شد. مقدار ۵ میلی‌لیتر از هر کدام از نمونه‌ها برداشته و با دستگاه طیف‌سنجی تجزیه شد. به طور کلی بیشینه جذب دیکلوفناک در گستره طول موج ۲۷۰ تا ۲۸۲ نانومتر رخ می‌دهد. بیشینه جذب در طول موج ۲۷۸ نانومتر انجام شد که با مطالعه‌های گذشته همخوانی دارد [۳۱].

نتیجه‌ها و بحث

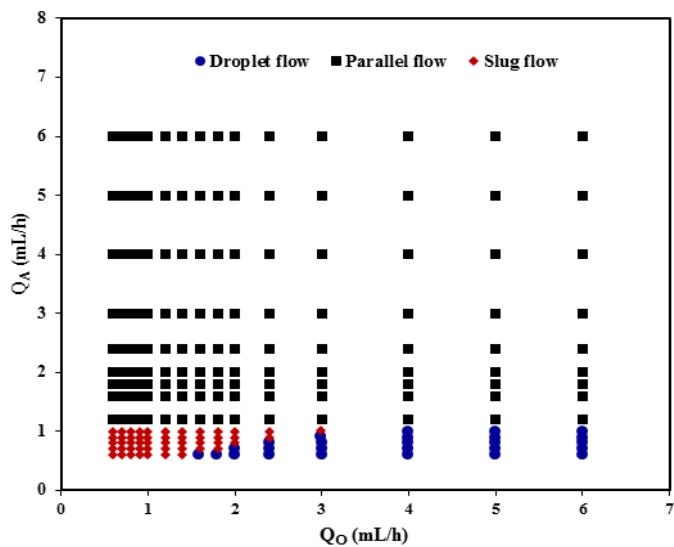
منحنی واسنجی دیکلوفناک

با برآوردهای نقطه از طیف‌سنجی مرئی-فرابنفش، منحنی واسنجی (شکل ۳) با معادله خط $y = 0.040x - 0.027$ و ضریب تعیین نزدیک به $R^2 = 0.998$ به دست آمد. با این معادله خط می‌توان غلظت دیکلوفناک در نمونه‌های مجھول را محاسبه کرد.



شکل ۳ منحنی واسنجی سدیم دیکلوفناک

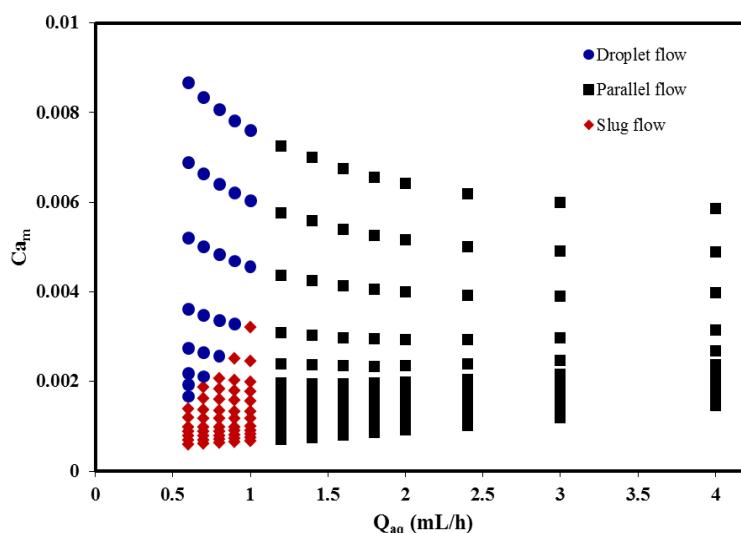
نقشه الگوهای جریان بر پایه دبی حجمی دو فاز دو فاز آبی و آلی در گستره دبی‌های حجمی ۰-۶ ml/h با پمپ سرنگی و سرنگ‌های مجزا به کanal تزریق شدند. پس از تماس دو فاز با یکدیگر در میکروکانال اصلی سه الگوی جریان لخته‌ای، موازی و قطره‌ای مشاهده شد.



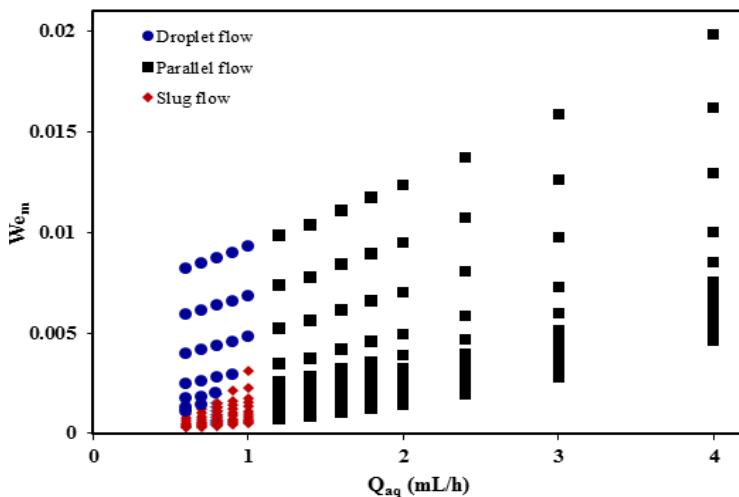
شکل ۴ نقشه الگوهای جریان بر پایه دبی فاز آبی و آلی

مقابل نمودار عدد موینگی نیز به همین علت است. بیشینه عدد رینولدز در دبی‌های عملیاتی حدود ۳/۵ بود. بنابراین، رژیم جریان در میکروکانال در همه دبی‌ها آرام بود.

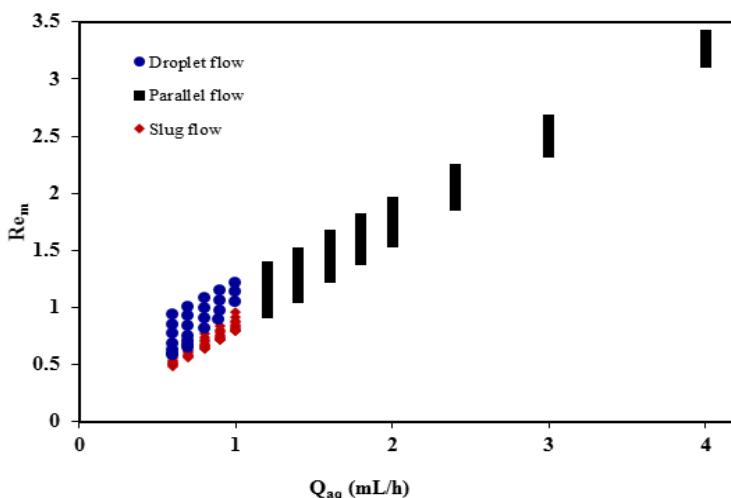
نقشه الگوی جریان بر حسب عدد رینولدز (شکل ۷) نشان می‌دهد افزایش سرعت که تاثیر زیادی بر نیروی لختی در مقابل نیروی گران روی دارد جریان لخته‌ای را به سمت جریان موازی هدایت می‌کند. شبیب بیشتر نمودار عدد ویر در



شکل ۵ نقشه الگوهای جریان بر پایه عدد موینگی و دبی فاز آبی



شکل ۶ نقشه الگوهای جریان بر پایه عدد وبر و دبی فاز آبی



شکل ۷ نقشه الگوهای جریان بر پایه عدد رینولدز و دبی فاز آبی

در اطراف لخته‌های فاز دیگر در کنار دیواره تشکیل می‌دهد که همین امر موجب افزایش سطح تماس بین دو فاز می‌شود. هنگامی که کشش بین سطحی به طور کامل غالب باشد، جریان به طور کامل پایدار بوده و اندازه لخته‌ها یکنواخت است. تنش بین لخته‌ها و فیلم نازک پیوسته یا خود دیواره موجب ایجاد چرخش‌های داخلی در لخته‌های دو فاز

جریان لخته‌ای در جریان لخته‌ای نرخ جریان دو فاز مایع کم بوده و کشش سطحی بر نیروهای گرانروی و لختی چیزگی دارد. بنابراین، دو فاز لخته‌های متناوبی را می‌سازند. طول لخته‌های تشکیل شده بیشتر از عرض میکروکاتال است. به طور عمده فازی که ترشوندگی بیشتری دارد یک فیلم نازک

هنگامی که نیروهای لختی ناشی از سرعت بالای فاز پیوسته به قدری کافی باشند که موجب تبدیل فاز پراکنده به قطره‌های کوچک شوند و مقاومت فاز پراکنده به دلیل سرعت کم جریان، کم باشد. با افزایش سرعت فاز پیوسته قطره‌های تشکیل شده کوچک‌تر می‌شود [۳۲]. جریان لخته‌ای و قطره‌ای دارای مزایایی چون مصرف حلال کمتر و کنترل آسان و تکرارپذیری عالی هستند [۳۳]. سازوکار انتقال جرم در جریان قطره‌ای در میکروکanal مستقیم، نفوذ مولکولی است ولی در یک میکروکanal با پیچ و خم، چرخش‌های داخلی درون هر قطره موجب بهبود انتقال جرم می‌شود [۳۴]. هنگامی که دبی فاز پیوسته از $1/5$ تا 6 ml/h افزایش یافت و دبی فاز پراکنده کمتر از دبی فاز پیوسته در گستره $1/6$ تا 1 ml/h بود، جریان لخته‌ای تبدیل به جریان قطره‌ای شد. دلیل این نتیجه را می‌توان این گونه توجیه کرد که نیروی لختی ناشی از سرعت بالای فاز پیوسته و مقاومت کم فاز پراکنده به دلیل سرعت کم آن، موجب تبدیل فاز پراکنده به قطره‌های کوچک می‌شود. نسبت دبی فاز پیوسته به دبی فاز پراکنده در این جریان، بیشتر از $2/5$ و قطره‌ها برخلاف جریان لخته‌ای کوچک‌تر از عرض میکروکanal بود. با این وجود، شکل قطره‌ها از حالت کروی بودن خارج شد.

علت این است که سرعت بالا و نیز گران روی بالای $1 - 1/6$ اکتانول به عنوان فاز پیوسته موجب ایجاد تنفس برشی بر قطره‌ها و چیرگی بر کشش بین سطحی می‌شود. در نتیجه، کشش بین سطحی قادر به کروی نگهداشتن قطره‌ها نیست.

جریان موائزی

یکی از روش‌های پایدارسازی جریان موائزی استفاده از سرعتهای بالا برای هر دو فاز است که در شکل نشان 5 نیز نشان داده شده است. با افزایش دبی هر دو فاز، جریان از حالت لخته‌ای به موائزی تبدیل شد، زیرا هنگامی که سرعت دو فاز افزایش می‌یابد نیروی لختی و برشی بر نیروی کشش بین سطحی چیره و موجب کشش فصل مشترک و

می‌شود. بنابراین، بازده استخراج می‌تواند با تجدید سریع سطح در فصل مشترک و به کارگیری انتقال جرم بهتر در داخل لخته‌ها افزایش یابد [۲۲].

جریان لخته‌ای به گونه‌ای است که یک فاز به شکل لخته‌های متناوب در فاز دیگر است. با توجه به آب‌گریزکردن سطح شیشه، در همه آزمایش‌های انجام‌شده، جریان آلی به عنوان فاز پیوسته و جریان آبی فاز پراکنده است. فاز پیوسته یک فیلم نازک در اطراف لخته‌های آبی تشکیل داد که نشان می‌دهد همه سطح لخته‌ها برای انتقال جرم در دسترس بود. برپایه شکل 4 ، جریان لخته‌ای در سرعتهای پایین از هر دو فاز تشکیل شد؛ زیرا در این حالت کشش بین سطحی بر نیروی لختی و گران روی غالب بود در نتیجه جریان پایدار و اندازه لخته‌ها یکنواخت و بزرگ‌تر از عرض میکروکanal دیده شد. گستره دبی فاز آبی $1/6$ تا 1 ml/h و گستره دبی فاز آلی $1/6$ تا $1/5 \text{ ml/h}$ و نسبت دبی فاز پیوسته به دبی فاز پراکنده کمتر از $2/5$ برای جریان لخته‌ای به دست آمد. همچنین، برپایه شکل 4 تنها گستره کمی از نقشه را جریان لخته‌ای تشکیل داد؛ زیرا کشش بین سطحی آب و اکتانول کم است.

جریان قطره‌ای

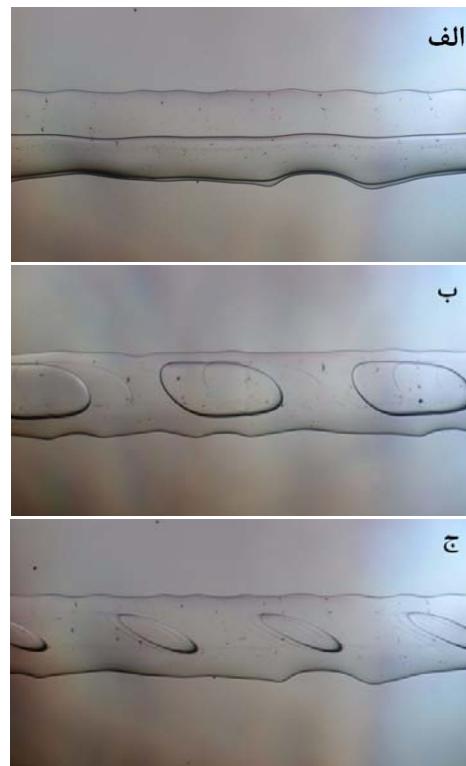
در الگوی جریان قطره‌ای برخلاف جریان لخته‌ای، قطره‌های قطری کوچک‌تر از قطر میکروکanal دارند. نکته کلیدی در تشکیل الگوی جریان لخته‌ای و قطره‌ای پخش یک فاز (فاز پراکنده) در فاز دیگر (فاز پیوسته) است تا قطره‌ها یا لخته‌های مناسب تولید شود. در واقع سازوکار تشکیل لخته‌ها و قطره‌ها یکسان است. تنها تفاوت این است که قطره‌ها قطری کوچک‌تر از ابعاد میکروکanal دارند؛ در مقابل لخته‌ها بزرگ‌تر از عرض یا عمق میکروکanal هستند و برای این که با ابعاد میکروکanal سازگار شوند تغییر شکل پیدا می‌کنند. این الگوی جریان بیشتر در نرخ جریان بالای فاز پیوسته و نرخ جریان پایین فاز پراکنده اتفاق می‌افتد.

در میکروکانال کاهش می‌یابد. بنابراین، اثر زمان اقامت بر انتقال جرم، غالب است. با افزایش دبی کل از 4 ml/h تا 12 ml/h و تبدیل جریان لخته‌ای به موازی، بازده استخراج از $64/2$ درصد به $45/2$ درصد کاهش پیدا کرد؛ زیرا با افزایش دبی کل زمان اقامت و درنتیجه میزان انتقال جرم یکدیگر در میکروکانال کاهش و درنتیجه میزان انتقال جرم کاهش می‌یابد. دلیل این که بازده در جریان لخته‌ای بیشتر از بازده در جریان موازی بود تنها اثر زمان اقامت نیست. در واقع در جریان موازی، انتقال جرم تنها از راه نفوذ مولکولی اتفاق می‌افتد، درحالی که در جریان لخته‌ای، انتقال جرم افزون بر این که از راه نفوذ مولکولی انجام می‌شود، به دلیل چرخش‌های داخلی لخته‌ها، از طریق جابه‌جایی نیز انجام می‌شود. درنتیجه، مقدار انتقال جرم در جریان لخته‌ای بیشتر از جریان موازی است.

ضریب انتقال جرم کلی حجمی

ضریب انتقال جرم کلی حجمی یک عامل مهم است که طراحی تجهیز انتقال جرمی را تسهیل می‌کند. درنتیجه برای بررسی عملکرد میکروکانال در انتقال جرم، از ضریب انتقال جرم کلی حجمی استفاده شد. شکل ۱۰ تغییرهای ضریب انتقال جرم کلی حجمی بر حسب دبی کل با نسبت دبی برابر ۱ را نشان می‌دهد. همان‌طور که از شکل ۱۰ مشخص است، برای جریان لخته‌ای با افزایش دبی از $1/2$ تا $1/8 \text{ ml/h}$ ، ضریب انتقال جرم کلی حجمی از $0/131$ به $0/190$ افزایش یافت؛ زیرا هرچه دبی افزایش یابد چرخش‌های داخلی درون لخته‌ها به علت تنفس بیشتر لخته‌ها با دیواره یا فاز پیوسته، شدت می‌یابد و درنتیجه انتقال جرم جابه‌جایی افزایش پیدا می‌کند. از دبی 4 ml/h که جریان موازی می‌شود، ضریب انتقال جرم کلی حجمی از مقدار $0/241$ به مقدار $1/8 \text{ ml/h}$ رسید. علت این روند افزایشی در جریان موازی این است که هرچه دبی افزایش

گستردگی آن می‌شود و در نتیجه یک فصل مشترک پایدار بین دو لایه مایع، به وجود می‌آید. گستره دبی فاز آبی 1 ml/h و گستره دبی فاز آبی 6 ml/h برای جریان موازی به دست آمد. سه الگوی جریان لخته‌ای، موازی و قطره‌ای در شکل ۸ نشان داده شده است.



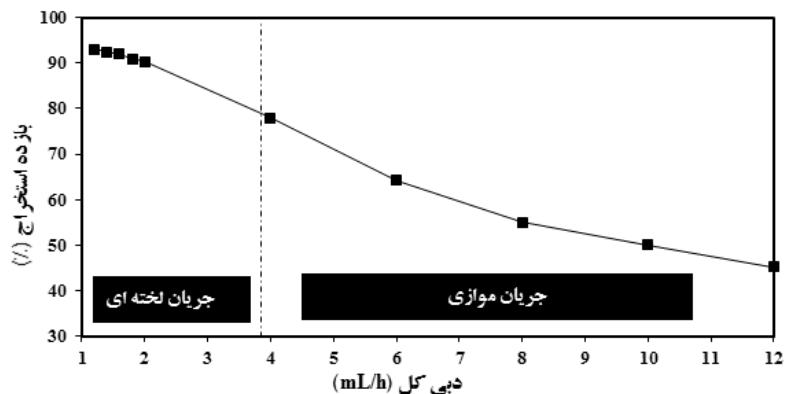
شکل ۸ الگوهای جریان موازی (الف)، لخته‌ای (ب) و قطره‌ای (ج)

اثر دبی کل

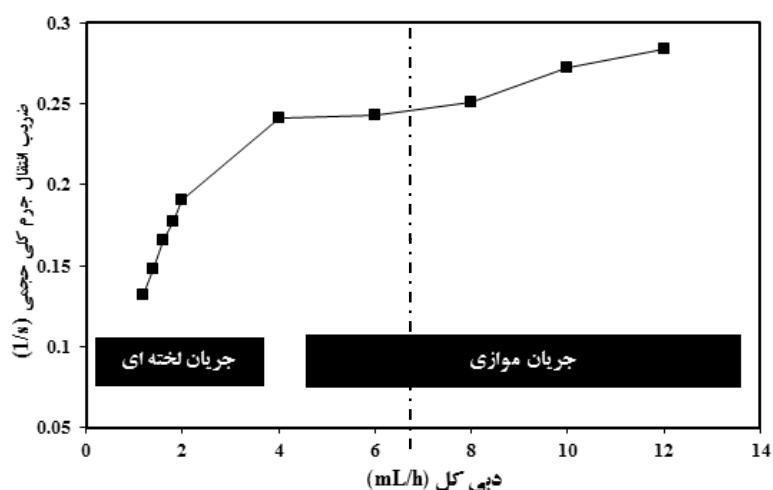
با افزایش دبی کل از $1/2 \text{ ml/h}$ تا 2 ml/h که در گستره جریان لخته‌ای قرار دارد در دبی‌های برابر از هر فاز، طول لخته‌ها به طور تقریبی ثابت باقی ماند. بنابراین، سطح پیژه ثابت باقی می‌ماند؛ ولی برپایه شکل ۹ بازده استخراج از 93% به 90.4% کاهش یافت. با افزایش دبی کل، چرخش‌های داخلی لخته‌ها افزایش و به دنبال آن انتقال جرم جابه‌جایی افزایش می‌یابد. از طرف دیگر زمان اقامت فازها

دیگر استخراج‌کننده‌ها در مطالعه‌های گذشته مقایسه شد. همان‌طور که می‌توان دید ضریب انتقال جرم کلی حجمی برای میکروکانال به طور تقریبی 10^{10} برابر ضریب انتقال جرم در دیگر استخراج‌کننده‌ها بوده است که علت آن را می‌توان سطح ویژه بالا و طول نفوذ کوتاه در میکروکانال دانست.

می‌باید زمان اقامت کاهش پیدا می‌کند. درنتیجه، مقدار مول‌های بیشتری از حل‌شونده در فاز خوراک وجود دارد. از این‌رو، نیرومحرکه انتقال جرم بیشتر می‌شود و شدت انتقال جرم افزایش می‌باید. مقداری ضریب انتقال جرم کلی حجمی میکروکانال مورداستفاده در این پژوهش در گستره $(0.13-0.28) \text{ l/s}$ به دست آمد (جدول ۴) و با ضریب انتقال جرم کلی حجمی



شکل ۹ اثر دبی جریان بر بازده استخراج ($\text{pH} = 5$, غلظت استخراج‌کننده 0.02 مولار , نسبت دبی 1)



شکل ۱۰ تغییرهای ضریب انتقال جرم کلی حجمی بر پایه دبی ($\text{pH} = 5$, غلظت استخراج‌کننده 0.02 مولار , نسبت دبی 1)

جدول ۴ مقایسه ضریب انتقال جرم کلی حجمی استخراج کننده در مطالعه حاضر با مطالعه‌های گذشته

k_{la} (1/s)	سامانه عملیاتی	نوع دستگاه استخراج کننده
۰/۱۳-۰/۲۸	آب-دیکلوفناک-TBAB M ۰-۰۲-۱-اکتانول	میکروکانال ۷ شکل (مطالعه حاضر)
۰/۱۶-۰/۴۴	آب-استون-تولوئن	میکروکانال T شکل [۳۵]
$(0/۷-۱) \times 10^{-2}$	آب-بوتیریک اسید-کروسین	بستر سیال مایع-مایع-جامد [۳۶]
$(0/۱۵-۰/۴۶) \times 10^{-1}$	آب-ساکسینیک اسید-n-بوتanol	استخراج کننده گریزانه‌ای [۳۷]
$(0/۲-۱) \times 10^{-4}$	آب-استون-تولوئن	ستون همزندار چرخشی [۳۸]

آبی کمتر از ۰/۵)، نیروی کشش بین سطحی دو فاز چیرگی دارد و در تیجه در اعداد ممکن و بر کم، جریان لخته‌ای تشکیل می‌شود. افزایش سرعت دو فاز (دبی فاز پراکنده: ۱ تا ۶ ml/h و دبی فاز پیوسته: ۰/۶ تا ۰/۶ ml/h) جریان لخته‌ای را به سمت موازی هدایت کرد. همچنین، تنش برشی ناشی از سرعت بالای فاز پیوسته (دبی فاز پراکنده: ۰/۰ تا ۰/۶ ml/h و دبی فاز پیوسته: ۱/۵ تا ۱/۵ ml/h) و نسبت دبی فاز آلتی به دبی فاز آبی بیشتر از ۰/۵ موجب تبدیل لخته‌ها به قطره‌ها شد. با افزایش دبی کل از ۱/۲ تا ۲ ml/h که در گستره جریان لخته‌ای قرار دارد، بازده استخراج از ۹۳ درصد به ۹۰/۴ درصد و ضریب انتقال جرم کلی حجمی از ۰/۱۳۱ به ۱/۸۵ تغییر کردند. با افزایش دبی کل از ۴ تا ۱۲ ml/h و ۱۹۰ تبدیل جریان لخته‌ای به موازی، بازده استخراج از ۶۴/۲٪ به ۴۵/۲٪ کاهش پیدا کرد، ولی ضریب انتقال جرم کلی حجمی از مقدار ۱/۸۴۱ به مقدار ۰/۲۸۳ رسید.

نتیجه‌گیری

در این پژوهش استخراج نقشه الگوی‌های جریان و ضریب انتقال جرم کلی حجمی با سه الگوی جریان موازی، لخته‌ای و قطره‌ای انجام شد. نتیجه‌ها نشان داد که مؤثرترین عامل در تعیین الگوی جریان سرعت فازها است به طوری که در سرعت‌های کم هر دو فاز جریان لخته‌ای و با افزایش سرعت فاز پراکنده جریان قطره‌ای تشکیل می‌شود. در سرعت‌های زیاد هر دو فاز الگوی جریان موازی تشکیل شد. جریان لخته‌ای و قطره‌ای، بازده استخراج بالاتری نسبت به جریان موازی داشتند. با این وجود، جداسازی فازها در این دو الگوی جریان نسبت به جریان موازی با چالش بیشتری رویه‌رو بود. از بررسی الگوهای جریان در سامانه ریزسیالشی که از تغییرهای سرعت دو فاز به دست آمد، می‌توان نتیجه گرفت که هنگامی که سرعت دو فاز پایین است (دبی فاز آبی به عنوان فاز پراکنده: ۰/۶ تا ۱ ml/h و دبی فاز آلتی به عنوان فاز پراکنده: ۰/۰ تا ۱/۵ ml/h) و نسبت دبی فاز

مراجع

- [1] Mohammadi, Z.; Kelishami, A.R.; Ashrafi, A.; Water Science and Technology 83, 1265-1277, 2021.
- [2] Prasetya, N.; Li, K.; Chemical Engineering Journal 417, 129216, 2021.
- [3] Smirnova, S.V.; Lyskovtseva, K.A.; Pletnev, I.V.; Microchemical Journal 162, 105833, 2021.
- [4] Bokhary, A.; Leitch, M.; Liao, B.Q.; Journal of Water Process Engineering 40, 101762, 2021.

- [5] El Maangar, A.; Theisen, J.; Penisson, C.; Zemb, T.; Gabriel, J.C.P.; *Physical Chemistry Chemical Physics*. 22, 5449–5462, 2020.
- [6] Klemz, A.C.; Weschenfelder, S.E.; Lima de Carvalho Neto, S.; Pascoal Damas, M.S.; Toledo Viviani, J.C.; Mazur, L.P.; Marinho, B.A.; dos S. Pereira, L.; da Silva, A.; Borges Valle, J.A.; de Souza, A.A.U.; Guelli U. de Souza, S.M.A.; *Journal of Petroleum Science and Engineering* 199, 108282, 2021.
- [7] Jing, X.; Huang, X.; Wang, H.; Xue, H.; Wu, B.; Wang, X.; Jia, L.; *Food Chemistry* 348, 129147, 2021.
- [8] Tuzen, M.; Elik, A.; Altunay, N.; *Journal of Molecular Liquids* 329, 115556, 2021.
- [9] Benz, K.; Jäckel, K.P.; Regenauer, K.J.; Schiewe, J.; Drese, K.; Ehrfeld, W.; Hessel, V.; Löwe, H.; *Chemical Engineering and Technology*. 24, 11–17, 2001.
- [10] Tian, W.C.; Finehout, E.; “*Microfluidics for Biological Applications*”, Springer Science & Business Media, Boston, 2009.
- [11] Santos, H.A.; Liu, D.; Zhang, H.; “*Microfluidics for Pharmaceutical Applications: From Nano/Micro Systems Fabrication to Controlled Drug Delivery*”, Elsevier Inc., 2019.
- [12] Maurice, A.; Theisen, J.; Gabriel, J.C.P.; *Current Opinion in Colloid and Interface Science*. 46, 20–35, 2020.
- [13] Qian, J.-Y.; Li, X.-J.; Wu, Z.; Jin, Z.-J.; Sundén, B.; *Microfluidics and Nanofluidics* 23, 116, 2019.
- [14] Zhao, Y.; Chen, G.; Yuan, Q.; *AIChE Journal* 53, 3042–3053, 2007.
- [15] Kashid, M.N. Renken.; A.; Kiwi-Minsker, L.; *Chemical Engineering Science* 66, 3876–3897, 2011.
- [16] Dessimoz, A.L.; Cavin, L.; Renken, A.; Kiwi-Minsker, L.; 10th International Conference on Microreaction Technology IMRET 2008 - Topical Conference at the 2008 AIChE Spring National Meeting 63, 283–284, 2008.
- [17] Zhao, Y.; Su, Y.; Chen, G.; Yuan, Q.; *Chemical Engineering Science* 65, 1563–1570, 2010.
- [18] Darekar, M.; Singh, K.K.; Mukhopadhyay, S.; Shenoy, K.T.; *Industrial & Engineering Chemistry Research*. 56, 12215–12226, 2017.
- [19] Zhang, Q.; Liu, H.; Zhao, S.; Yao, C.; Chen, G.; *Chemical Engineering Journal* 358, 794–805, 2019.
- [20] Kim, H.B.; Ueno, K.; Chiba, M.; Kogi, O.; Kitamura, N.; *Analytical Sciences* 16, 871–876, 2000.
- [21] Aota, A.; Mawatari, K.; Kitamori, T.; *Lab on a Chip* 9, 2470–2476, 2009.
- [22] Yin, S.; Pei, J.; Peng, J.; Zhang, L.; Srinivasakannan, C.; *Hydrometallurgy* 175, 64–69, 2018.
- [23] Shayesteh, H.; Nodehi, R.; Rahbar-Kelishami, A.; *Surfaces and Interfaces* 20, 100615, 2020.
- [24] Seifollahi, Z.; Rahbar-Kelishami, A.; *Journal of Molecular Liquids* 231, 1–10, 2017.
- [25] Gale, B.K.; Jafek, A.R.; Lambert, C.J.; Goenner, B.L.; Moghimifam, H.; Nze, U.C.; Kamarapu, S.K.; *Inventions* 3(3), 66, 2018.
- [26] Ferraris, S.; Nommeots-Nomm, A.; Spriano, S.; Vernè, E.; Massera, J.; *Applied Surface Science* 475, 43–55, 2019.
- [27] Tsaoulidis, D.; Angeli, P.; *Chemical Engineering Journal* 262, 785–793, 2015.
- [28] Tsaoulidis, D.; Dore, V.; Angeli, P.; Plechkova, N.V.; Seddon, K.R.; *Chemical Engineering Journal* 227, 151–157, 2013.
- [29] Woitalka, A.; Kuhn, S.; Jensen, K.F.; *Chemical Engineering Science* 116, 1–8, 2014.
- [30] Passos, M.L.C.; Saraiva, M.; *Journal of the International Measurement Confederation* 135, 896–904, 2019.
- [31] Sawant, D.K.; Ige, P.P.; *Indian Journal of Pharmaceutical Education and Research* 51, S754-S760, 2017.
- [32] Xie, T.; Jing, S.; Xu, C.; *Chemical Engineering Research and Design* 128, 37–48, 2017.
- [33] Wang, W.T.; Sang, F.N.; Xu, J.H.; Wang, Y.D.; Luo, G.S.; *RSC Advances* 5, 82056–82064, 2015.

- [34] Song, H.; Bringer, M.R.; Tice, J.D.; Gerdts, C.J.; Ismagilov, R.F.; Applied Physics Letters 83, 4664–4666, 2003.
- [35] Kashid, M.N.; Renken, A.; Kiwi-Minsker, L.; Industrial and Engineering Chemistry Research 50, 6906–6914, 2011.
- [36] Sen, N.; Darekar, M.; Singh, K.K.; Mukhopadhyay, S.; Shenoy, K.T.; Ghosh, S.K.; Solvent Extraction and Ion Exchange 32, 281–300, 2014.
- [37] Singh, K.K.; Renjith, A.U.; Shenoy, K.T.; Chemical Engineering and Processing - Process Intensification 98, 95–105, 2015.
- [38] Xie, T.; Liu, X.; Xu, C.; Chen, J.; Chemical Engineering and Processing: Process Intensification 120, 9–19, 2017.