# تحلیل ارتعاشات پوسته استوانهای دستگاه ام آر آی به روش اجزای محدود

حمید رضا مرتضوی بنی

گروه مهندسی پزشکی، دانشکده فنی و مهندسی، دانشگاه آزاد اسلامی، واحد ارسنجان، ارسنجان، ایران

نویسنده مسئول: HRM.Beni@iau.ac.ir تاریخ دریافت: ۱۴۰۳/۰۴/۰۷ تاریخ پذیرش: ۱۴۰۳/۰۴/۱۷

#### چکیدہ

تصویربرداری با رزونانس مغناطیس یکی از روشهای تصویربرداری پزشکی غیرتهاجمی است که بر اساس میدانهای مغناطیسی و امواج رادیویی عمل می کند. این مطالعه بر تقلیل نویز صوتی در داخل مخزن استوانهای شکل اسکنر اِم آر آی که بیمار در آن قرار دارد، متمرکز است. دیوار نیمتونل اسکنر معمولا به سیلندر مارپیچ گرادیان متصل می شود که باعث انتقال برخی از ارتعاشات به دیوار می گردد و در نتیجه موجهای صوتی تولید می شوند. یکی از راه حلهای ممکن برای مدیریت نویز از دیوار نیمتونل اسکنر یا نویز انتقالی از سیلندر مارپیچ گرادیان، طراحی یک جذب کننده پنل اضافی بین سیلندر گرادیان و دیوار نیمتونل اسکنر است. در این مطالعه به کمک مدل سازی در نرمافزار انسیس نشان داده شد که تحلیل عددی چرخههای گرادیان می تواند به دقت سطوح ارتعاشی و نویز را بر اساس تحلیل صوتی مورد بررسی قرار دهد. نتایج نشان داد که با استفاده جاذب پانل میکرو متخلخل با ضخامت لایه جاذب به اندازه ۲۰ میلی متر، تلفات انتقالی در محدوده فرکانسی ۱۲۵ هرتز تا ۳ کیلوهرتز به میزان ۱۵ تا ۲۷ دسیبل کاهش می یابد. با توجه به اینکه دستگاه اِم آر آی یکی از محبوب ترین و پرکاربردترین دستگاههای تصویربرداری در حال حاضر است، بسیاری از شرکتهای تولید کننده دستگاه اِم آر آی به دنبال بهبود و کنترل این ارتعاشات هستند. لذا، نتایج حاصل از این مطالعه میتواند به عنوان یک راهنمای مفید برای شرکتهای تولید کننده دستگاه ام آر آی اِم آر آی در بهبود عملکرد و کارآمدی آنه باشد.

كلمات كليدى: دستگاه ام آر آى، پوسته استوانهاى، سطوح ارتعاشى، جاذب پانل ميكرو متخلخل.

#### مقدمه

در دنیای پزشکی، تصویربرداری با رزونانس مغناطیسی<sup>۱</sup> (ام آر آی) یکی از روشهای مهم برای تشخیص بیماریها و اختلالات در بدن است. در این روش، با استفاده از گیرندههای مغناطیسی و فرکانسهای رادیوئی، تصاویر دقیق و سه بعدی از بافتها و ساختارهای داخل بدن به دست میآید. اما در همین حین، نحوه عملکرد دستگاه ام آر آی نیز به گونهای است که ممکن است باعث ارتعاشات شدید در سطح پوسته استوانهای دستگاه شود. به همین منظور، لازم است که مدلسازی و تحلیل این ارتعاشات صورت گیرد تا بتوان به بهبود و کنترل ارتعاشات در دستگاه اِم آر آی حایز اولویت قرار داد.

#### مدلهای تحلیلی

در طول دو دهه گذشته، بسیاری از مطالعات تحلیلی، عددی و تجربی برای بهبود درک ما از خواص ارتعاشی پوسته استوانهای منتشر شدهاند. اولین مدل تحلیلی که برای تحلیل ارتعاشات پوسته استوانهای مورد استفاده قرار گرفت، نظریه پوسته دیواره نازک بود[۱]. تاراسیلا و همکاران[۲] حالتهای پوسته ارتعاشی را محاسبه کردند و کانالهای استوانهای با طول محدود با انتهای باز را تحلیل کردند. شاو و همکاران[۳] یک مدل تحلیلی از کانالهای استوانهای محدود ارایه کردند. این مدل برای بررسی ویژگیهای تابش صوتی سیستم سیم پیچ گرادیان یک اسکنر ام آر آی استفاده میشود. لی و مچفسک[۴]، در تجزیه و تحلیل جامع خود، هر دو حالت پوسته ارتعاشی و انتشار موج صوتی را در مجاری استوانهای با انتهای باز ترکیب کردند. آنها همچنین اولین کسانی بودند که اتصال بین حالت ارتعاشی و آکوستیک را توصیف کردند. در مطالعه ای دیگر مچفسک و ونگ[۵]

Magnetic Resonance Imaging



سال چهارم: شماره ۱، بهار ۱۴۰۳ | ۳۷

یافتههای نوین کاربردی و محاسباتی در سیستمهای مکانیکی

نسبتاً کم فرکانس (۲۰۰-۲۰۰۰ هرتز) یک سیلندر با ضخامت دیواره متوسط را مورد ارزیابی قرار دادند. رفتار دینامیکی یک سیلندر سیم پیچ گرادیان نقش مهمی در تعیین و کنترل عملکرد ارتعاشی اسکنر اِم آر آی دارد[۵].

## مدلهای عددی

اولین مدل عددی مورد استفاده برای توصیف آکوستیک پوسته استوانهای با استفاده از تجزیه و تحلیل انرژی آماری، توسط ادلستین و همکاران[۶] اجرا شد، که سیستمهای صوتی پیچیده را به عنوان یک مشکل تعادل انرژی با هزینه محاسباتی بسیار کاهش یافته در مقایسه با روشهای دقیق تر مانند روش اجزای محدود حل می کند. مچفسک و همکاران[۷] اولین مدلسازی عددی روش اجزا محدود آکوستیک پوسته استوانهای را انجام دادند، که در آن هر دو تحلیل ارتعاشی و آکوستیک یک استوانه گرادیان جداره ضخیم مستقل مورد تجزیه و تحلیل قرار گرفتند. یاو و مچفسک[۸] سوئیچینگ با سرعت بالا جریان در سیم پیچهای گرادیان در اسکنرهای ام آر آی با قدرت میدان مغناطیسی بالا را مورد بررسی قرار دادند. ونگ و همکاران[۹] نیز برای مشخص کردن ویژگیهای ارتعاش و ویژگیهای نویز صوتی سیمپیچ گرادیان، یک مدل المان محدود با استفاده از مشخصات طراحی ابعادی را توسعه دادند. تجزیه و تحلیل روش اجزای محدود همچنین در یک مطالعه اخیر نیز برای یک دستگاه ام آر آی استفاده شد [۱۰]. منابع محاسباتی مطالعات قبلی محدود بود و بنابراین اولین مدل های عددی شامل مفروضات و سادهسازی هایی مانند ناديده گرفتن برخي اثرات فيزيكي بودند. وينكلر و همكاران[١١] يك مدل ارتعاشي جديد پيشنهاد كردند كه شامل ميرايي لورنتز که قبلا نادیده گرفته شده بود، اما جزییات ضروری قبلی مانند الگوهای سیم دقیق، شکل حفره، پل بیمار و هوای خارج از حفره است. این پلتفرم شبیهسازی چند بعدی فیزیکی واقعی، درک از لرزشهای صوتی در پوسته استوانهای را بهبود می بخشد. علاوه بر این، این پلت فرم شبیه سازی می تواند به بهبود پوسته استوانه ای موجود کمک کند و طراحی کویل های گرادیان جدید کمتر را هدایت نماید. ساخر و کرونیک[۱۲] یک مدل الاستودینامیک تحلیلی خطی دقیق برای سیمپیچهای شیب طولی محافظ ارایه نمودند. مدل آنها نشان میدهد که پاسخ فرکانس به یک تابع پروفایل بدون بعد بستگی دارد که مشخص مینماید چگالی جریان چگونه در محور سیلندر سیمپیچ گرادیان تغییر میکند. همچنین ساخر و همکاران[۱۳] از این مدل برای مطالعه دینامیک رزونانس یک پوسته استوانهای با توجه به پارامترهای هندسه سیلندر مانند طول، شعاع متوسط و ضخامت شعاعی استفاده کردند.

## اندازهگیری نویز صوتی

مکجوری و همکاران [۱۴] سطوح نویز آکوستیک تجربه شده در توالیهای ام آر آی معمولی را در سیستمهای ۱ و ۱/۵ تسلا اندازه گیری کردند و دریافتند که بسیاری از توالیها سطوح نویز بالاتر از آستانه ایمنی نظارتی تولید میکنند. سطوح بالای نویز صوتی در ام آر آی همیشه منبع نگرانیهای ایمنی بوده است و تکنیکهای کاهش نویز مختلفی در طول سالها پیشنهاد شده است [۱۶وً۱۵]. چو و همکاران [۱۷] به طور سیستماتیک رفتار نویز صوتی سیستمهای تجاری ۱/۵ تسلا و نوع تحقیقاتی ۲۰۰ تسلا را با استفاده از توالیهای معمولی مورد مطالعه قرار دادند. آنها دریافتند که مشخصات نویز نه تنها به پارامترهای توالی بستگی دارد، بلکه به ساختار پوسته استوانهای و پشتیبانی نیز بستگی دارد. آنها دریافتند که مشخصات نویز نه تنها به پارامترهای توالی پیشنهاد کردند: ۱) ایجاد توالیهای تصویربرداری ساکتتر، ۲) اصلاح ساختار سیم پیچ گرادیان. مچفسک و همکاران [۱۸] تشعشع واقعی صدای تجربه شده توسط بیماران را در ۴ تسلا اندازه گیری کرد و پیشنهاد کرد که از پوشش صوتی برای کاهش نویز استفاده شود.

## پارامترهای کاهش نویز

در میان روشهای دیگر، نویز صوتی در اِم آر آی را میتوان با بهینهسازی پارامترهای توالی پالس، به عنوان مثال، سرعت و دامنه گرادیان کاهش داد. چو و همکاران[۱۹] یک تکنیک اِم آر آی را بر اساس تغییرات بازسازی طرحریزی و با استفاده از یک پوسته استوانهای چرخش مکانیکی توسعه دادند، که پالس گرادیان را به حداقل رساند و منجر به کاهش نویز ۲۰/۷ دسی بل



شد. توالی گرادیان آرام دیگری به نام حالت اکتساب پژواک تحریک شده توسط کرمیلیکس و همکاران[۲۰] توسعه داده شد که منجر به کاهش تا حد زیادی نویز صوتی در روشهای تصویربرداری میشود.

#### تکنیکهای حذف نویز

چندین تکنیک حذف نویز فعال در طول سالها پیشنهاد شده است[۲۱]. مک جوری و همکاران[۲۲] سیستم کنترل نویز فعال را پیشنهاد کردند، که در آن کاهش صوتی نویز با معرفی یک موج صوتی ضد فاز برای ایجاد منطقهای از تداخل مخرب در یک منطقه خاص در فضا به دست میآید. به طور متوسط، ۱۰–۱۵ دسی بل نویز در محدوده فرکانس ۱۰۰–۳۵۰ هرتز، با حداکثر کاهش نویز ۳۰ دسی بل حذف شد. چن و همکاران[۲۳] از یک تکنیک تطبیقی مشابه استفاده کردند و به کاهش نویز ۱۸/۸ دسی بل برای فرکانسهای زیر ۴ کیلوهرتز دست یافتند. لی و همکاران[۲۴] از یک سیستم بهبود یافته استفاده کردند و به کاهش نویز ۱۸/۸ ملیف گستردهای از فرکانسهای زیر ۴ کیلوهرتز دست یافتند. لی و همکاران[۲۴] از یک سیستم بهبود یافته استفاده کردند که در طیف گستردهای از فرکانسها تا ۵ کیلوهرتز کار میکند و اجازه میدهد تا اکثر فرکانسهای مورد استفاده در یک اسکنر ام آر آی معمولی را پوشش دهد. مینفنگ و همکاران[۲۵] برای ارزیابی اثر بخشی سیستم کنترل نویز فعال و برای کاهش انتشار نویز موتی تولید شده توسط یک اسکنر ام آر آی ساز و کار نوآورانهای را ایجاد کردند. چمبرز و همکاران[۲۶] یک مبدل نوری آکوستیک توسعه داد که بر اساس اصل مدولاسیون نور عمل می کند و تداخل الکترومغناطیسی ایجاد نمی کند، که برای ام آر آی مملکردی مهم است.

همانطوری که اشاره گردید، پوسته استوانهای اسکنرهای تصویربرداری تشدید مغناطیسی تحت نیروهای بزرگ لورنتس قرار می گیرند، زیرا جریانهای الکتریکی با سوئیچ سریع از آنها در حضور میدان مغناطیسی ساکن عبور می کنند. در اثر این نیروها هادیهای پوسته استوانهای ارتعاش می کنند و این ارتعاشات به صورت امواج فشار آکوستیک و تشعشعات صوتی به هوا تابش می کنند. الگوی نویز صوتی به شکل گرادیان بستگی دارد و بنابراین برای هر دنباله پالس متفاوت است. سطوح فشار صوتی تولید شده توسط کویلهای گرادیان می تواند از محدودیتهای ایمنی تعیین شده فراتر رود. طراحیهای جدید که سرعت جمع آوری ادادهها را افزایش می دهد، در سال های اخیر تمرکز تحقیقات بوده است. با این حال، این طرحها ممکن است سطوح فشار صوتی تولید افزایش دهند، زیرا چنین سیستمهایی برای تولید میدانهای گرادیان قوی تر و نرخ حرکت تیز تر طراحی شدهاند. بنابراین، مدل سازی عددی دقیق آکوستیک پوسته استوانهای برای برآورد واقعی نویز و تحلیل ایمنی ضروری است. در این مطالعه قصد برآن است که تحلیل تئوری و عملی مدل پوسته استوانهای دستگاه ام آر آی را با استفاده از روش المان محدود بررسی گردد. همچنین، در این تحقیق به بررسی تأثیر برخی پارامترها بر ارتعاشات پوسته استوانهای و نحوه کنترل آنها پرداخته می شود. این مطالعه بر کاهش نویز صوتی در پوسته استوانهای که در آن بیمار قرار دارد تمرکز خواهد کرد.

## معادلات حاکم و مدلسازی

در این بخش، به بررسی رفتار پوسته استوانهای در دستگاه ام آر آی با استفاده از معادلات حاکم و مدلسازی محاسبات تحلیلی پرداخته خواهد شد. تجزیه و تحلیل سازههای صفحه و پُوسته دارای سابقهای طولانی دارد که با تئوری غشاء و سپس تئوریهای خمشی چندین نظریه صفحه شروع می شود. تجزیه و تحلیل ورق مرکب چند لایه و تجزیه و تحلیل پوسته عمدتا بر اساس سه نظریه است: (۱) نظریه کلاسیک صفحات چند لایه<sup>۱</sup>، (۲) نظریه تغییر شکل برشی مرتبه اول<sup>۲</sup>، (۳) نظریه تغییر شکل برشی مرتبه بالاتر<sup>۲</sup>. اثر تغییر شکل برشی عرضی، که ممکن است در برخی موارد ضروری باشد، در نظریه دوم و نظریه سوم گنجانده شده است، در حالی که در نظریه اول به دلیل فرضیه کریشف نادیده گرفته شده است. تئوری کلاسیک صفحه چند لایه بر اساس فرضیه کریشف است که خطوط مستقیم نرمال به صفحه میانی تغییر شکل نیافته مستقیم و نرمال به صفحه میانی تغییر شکل یافته باقی می مانند و در جهت ضخامت تحت کشش قرار نمی گیرند. این مفروضات حاکی از ناپدید شدن برش عرضی و کرنشهای نرمال عرضی است. با این حال

<sup>&#</sup>x27; Classical Laminated Plate Theory (CLPT)

<sup>&</sup>lt;sup>\*</sup> First-order Shear Deformation Theory (FSDT)

<sup>&</sup>lt;sup>r</sup> Higher-order Shear Deformation Theory (HSDT)



فقط برای لمینتهای کامپوزیتی نازک دقیق است. در نظریه دوم، یک میدان جابجایی مرتبه اول برای کرنش عرضی در ضخامت در نظر گرفته شده است. ضرایب تصحیح برشی مناسب در نظریه اول به دلیل فرض کرنش برشی عرضی ثابت و تنش برشی از طریق ضخامت صفحه، که با شرایط تنش برشی صفر در صفحات مرزی ورقهای و حالتهای تنش واقعی از طریق ضخامت لایه متناقض است، مورد نیاز است. چند جملهایهای مرتبه بالاتر برای نشان دادن اجزای جابجایی از طریق ضخامت لایهها در نظریه سوم استفاده می شود و کرنش/تنش عرضی واقعی از طریق ضخامت و شرایط تنش صفر در بالا و پایین یک لایه عمومی را میتوان نشان داد. بنابراین میتوان تقریب دقیقتری از اثر برشی عرضی را بدون فاکتورهای اصلاح برشی به دست آورد. با این حال، پیچیدگی در فرمولبندی و تلاش محاسباتی زیاد آن را از نظر اقتصادی غیرجذاب می کند. ارتعاش آزاد صفحات تا حد زیادی با استفاده از تئوریهای نظریه دوم مورد مطالعه قرار گرفته است. پوستههای استوانهای نازک به طور گستردهای به عنوان عناصر ساختاری استفاده می شود. مطالعات پوسته های استوانه ای نازک گسترده است و نظریه های زیادی ارایه شده است. اولین کسی که مسئله پوسته استوانهای را مطالعه کرد، آرون بود و اولین کسی که یک چارچوب ریاضی برای نظریه پوسته نازک ارایه کرد لاو بود. چارچوب ریاضی لاو، که به عنوان اولین نظریه تقریب لاو نیز شناخته می شود، شامل چهار فرض اصلی بود که بر اساس آنها بسیاری از رویکردهای پوسته نازک توسعه یافتند. این چهار فرض که معمولا به عنوان فرضیههای کریشف-لاو شناخته می شوند، زمینه بسیاری از تئوری های پوسته نازک خطی را تشکیل میدهند که در طی سال ها به درجات مختلف اصلاح شده و مورد استفاده قرار گرفتهاند. در پژوهشهای گذشته تنها برای جابهجاییهای درون صفحهای از بسط چند جمله استفاده شده است. در صورتی که در پژوهش حاضر جابهجایی عرضی با استفاده از بسط سه جملهای تقریب زده شده است. با توجه به متقارن محوری بودن پوسته استوانهای، تنها مدهای محوری بررسی شدهاند و از مدهای پیرامونی صرفه نظر شده است. میدان جابهجایی برای پوسته استوانهای متقارن محوری با استفاده از تئوری مرتبه بالا با رابطه (۱) بیان می شود:

$$U(r_1, r_2, z) = u(r_1, r_2) + z\psi(r_1, r_2)$$

$$V(r_1, r_2, z) = 0$$

$$W(r_1, r_2, z) = w(r_1, r_2) + zw_1(r_1, r_2) + \frac{z^2}{2}w_2(r_1, r_2)$$
(1)

در این رابطه،  $r_1 e_2 r_1$  مختصات انحنایی،  $u e_W$  مختصات نقاط روی صفحه میانی پوسته استوانهای،  $U \cdot V e_W$  مختصات هر نقطه دلخواه روی پوسته استوانهای، z فاصله هر نقطه تا محور میانی و  $\psi$  دوران محور عمود بر صفحه میانی حول محور است؛ همچنین  $w_1$  و  $w_2$  مجهولات جابهجای عرضی میباشند با توجه به اینکه هدف از این پژوهش به دست آوردن فرکانسهای متقارن محوری برای پوسته استوانهای است، بنابراین تغییرات در راستای محور V برابر صفر در نظر گرفته شده است. روابط کرنش- تغییر مکان برای پوسته استوانهای متقارن محوری با در نظر گرفتن این فرضیه که تغییر مکانها، کرنشها و دوران حول محورها کوچک در نظر گرفته شدهاند، به صورت رابطه (۲) بیان میشوند[۲۷].

$$\begin{aligned} & \in_{x} = \frac{\partial u}{\partial x} + z \frac{\partial \psi}{\partial x} \\ & \in_{\theta} = \frac{w + zw_{1} + \frac{z^{2}}{2}w_{2}}{R + z} \\ & \in_{n} = w_{1} + zw_{2} \\ & \varphi_{x\theta} = \psi + \frac{\partial w}{\partial x} + z \frac{\partial w_{1}}{\partial x} + \frac{z^{2}}{2} \frac{\partial w_{2}}{\partial x} \\ & \gamma_{\theta n} = 0 \end{aligned}$$

$$(7)$$

در این رابطه، x محور مختصات در راستای طول استوانه و heta مختصات انحنایی حول محیط پوسته استوانه و R فاصله مرکز پوسته استوانهای تا صفحه میانی آن است (به شکل (۱) مراجعه گردد).





شکل ۱: مختصات انحنایی بر روی پوسته استوانهای (L طول استوانه)

## نتايج و بحث

مدلسازی عددی دقیق استوانه اسکنر ام آر آی برای تولید پیشبینیهای واقع گرایانه از سطوح ارتعاشات ضروری است. در این تحقیق به طور عددی استوانه اسکنر ام آر آی با استفاده از رویکرد جامع مدلسازی عددی مورد مطالعه و تجزیه و تحلیل قرار می گیرد. سطوح ارتعاشات حاصل از بدن و سر را مقایسه می گردد و همچنین چگونگی تاثیر گذاری قدرت میدان اصلی بر سطوح ارتعاش صوتی و لرزش بررسی می شود. سپس بر روی کاهش سطوح ارتعاشات تمرکز می گردد. یک طراحی برای تصویربرداری مغز انسان با عملکرد بالا به عنوان مدل پایه استفاده شد. شکل (۲) ابعاد ساختار استوانه تک لایه ای اسکنر ام آر آی، به عنوان یک پوسته دایره ای را نشان می دهد.



شکل۲: ابعاد ساختار استوانه گرادیان تک لایهای اسکنر اِم آر آی.

شبکه بندی المان محدود ساختار پوسته استوانهای شکل (۳) پس از بررسی استقلال شبکه منطبق بر پارامترهای جدول (۱) انتخاب شدند. همچنین با توجه به جدول (۲) اعتبار سنجی نتایج نیز تایید گردید.





شکل۳: شبکه بندی المان محدود ساختار سیم پیچ گرادیان ساختار یک کویل گرادیان تک لایهای

### جدول۱: مشخصات و تنظیمات برای آنالیز ارتعاشات مدل سازه.

•/•٢	اندازه عناصر(متر)		
۱/۸۸	حداکثر طول لبه(متر)		
۵۸۵۶	تعداد گره ها		
۵۷۶۰	تعدد عنصر ها		
پوسته ۱۸۱	نوع عنصر		
1	حداکثر حالت ها		
۰ هرتز	كمترين مقدار		
۳۰۰۰ هرتز	بيشترين مقدار		
بلاک لنکزوس (	حل کنندہ		

مد محيطي		n = 1.			n = 1			
т	Ref. [25]	تحقيق حاضر	درصداختلاف	Ref. [25]	تحقيق حاضر	درصداختلاف		
١	۳۰/۴۵	۲۸/۶	۶/۰۸	K 1/4K	۲٩/۶	-•/۵۴		
٢	10/88	۱۰/۱	۵/۲۵	۱۰/۱۵	۱ • /۵	_٣/۴۵		
٣	۶/۱	۶/۲	-1/84	۶/۰٩	۶/۴	-∆/• ٩		
۴	٧/٩٢	V/A	۱/۵۲	٧/۴١	٨/٢	-1•/88		
۵	17/7	١٢	1/84	11/8V	۱۲/۵	-Y/ ) )		
۶	1 V/VV	۱۷/۴	۲/•۸	18/80	۱۸/۲	- <b>\</b> / <b>۶%</b>		
٧	24/38	۲۳/۹	١/٨٩	۲۳/۰۴	۲۵	$-\Lambda/\Delta$ )		
٨	۳۲/۵	۳١/۴	۳/۳۸	3.160	۳۲/۹	$-\Lambda/\cdot\Delta$		
٩	۴۰/۶	۴.	۱/۴۸	٣٩	۴١/٨	$-V/\lambda$		
۱.	۵·/۷۷	۴٩/۵	۲/۵	۴۸/۷۳	۵۱/۸	- <b>۶</b> /۳		

جدول۲: اعتبار سنجی نتایج.

با توجه به شکل (۴) و جدول (۳)، خواص ماده الاستیک خطی شامل ضریب پواسون ۲/۴، چگالی  $\frac{kg}{m^3}$ ، ۱۶۰، ضریب یانگ MGPa و همچنین هوای درون و بیرون محفظه به عنوان دامنه سیال صوتی فشاری طبق خواص چگالی  $\frac{kg}{m^3}$  / ۱/۲ و سرعت صوت  $\frac{m}{s}$  ۳۳ در شبیهسازی لحاظ گردید. اتصال بین ارتعاش و نویزها در مدل شبیهسازی نیز پیادهسازی شد. در هر دو انتهای مجاری، یک حجم هوای نیمکروی با شعاع ۱ متر برای شبیهسازی انتشار موج صوتی خارج از محفظه اضافه شد. یک لایه کاملاا هماهنگ به طول ۲۰ سانتیمتر به مدل اضافه شد تا دامنه شبیهسازی بینهایت را ممکن کند. یک تحریک هارمونیک با جریان متناوب با بزرگی ۵۰ آمپر برای راه اندازی از کویل گرادیان استفاده گردید. محدوده فرکانس ۰ تا ۲۰۰۰ هرتز برای پوشش

<sup>1</sup> Block Lanczos





جدول۳: مشخصات و تنظیمات برای آنالیز ارتعاشات مدل سازه.

, <b>C</b>				
۰/۰۱۵	اندازه عناصر(متر)			
۱۸۳۳۰	تعداد گره ها			
۱۷۸۲۵	تعدد عنصر ها			
پوسته ۱۸۱	نوع عنصر			
۰/۰۰۰۱ m/s	شرايط بار سرعت			
۱۰۰ هرتز	كمترين مقدار			
۳۰۰۰ هرتز	بيشترين مقدار			
۱۰۰ هرتز	گام های فرکانس			
سيسنويز	حل کنندہ			

شکلهای (۵) و (۶)، به ترتیب طیف ارتعاش سر و بدن را در دو حالت تحلیل مستقل و تحلیل کامل را نشان میدهند. در مقایسه طیفهای ارتعاشی سر و بدن، طیفها با استفاده از دو رویکرد تحلیل مستقل و کامل تحلیل گردیدند. در تحلیل مستقل شکل (۵) مشاهده شد که بدن به نظر میرسد طیف سطوح ارتعاشی بلندتر باشد. این میتواند به دلیل وجود حالتهای بیشتری در طیفها تحریک شده، باشد. با این حال، در تحلیل کامل شکل (۶) که عوامل واقعبینانه را مدنظر قرار میدهد و شامل اعمال شرط مرزی جفتشدگی بین پوسته استوانهای و لرزشهای سازهای است، مشاهده گردید که سطوح فشار ارتعاش آکوستیک سر و بدن مشابه هستند. میانگین ارتعاشها به ترتیب برابر با ۹۷/۶ دسیبل برای سر و ۵۸ دسیبل برای کویل بدن اندازه گیری شدند. این مقایسه نشان میدهد که سر بیشتر در آسیب دیده گی به دلیل در معرض قرار گرفتن سطوح ارتعاشی قراردارد.



شکل ۶: مقایسه طیف سطوح ارتعاشی سر و بدن در تحلیل کامل



می توان مطابق شکل (۷) با قرار دادن لایه ای از جاذب در دیوار داخلی محفظه اسکنر سطوح ارتعاشی را کاهش داد،. طیف میانگین ارتعاشهای شبیه سازی شده در شکل (۸) نشان می دهد که کاهش میانگین نویز ۱۲/۵ دسی بل می باشد. با استفاده جاذب پانل میکرو متخلخل با ضخامت لایه جاذب به اندازه ۲۰ میلی متر، تلفات انتقالی در محدوده فرکانسی ۱۲۵ هرتز تا ۳ کیلوهر تز به میزان ۱۵ تا ۳۷ دسی بل کاهش می یابد.



شکل ۷: مدل گرادیان کویل و جاذب با پشتیبانی تحت حمایت محیطی



شکل۸: کاهش صدا با جاذب و بدون جاذب

در اکثر اسکنرهای اِم آر آی، بخشی نویزهایی که از انتهای باز دیواره میآیند بهعلاوه نویز صوتی مستقیما از سیلندر کویل گرادیان از طریق دیواره شبه تونل به داخل حفره شبه تونل اسکنر منتقل میشوند. علاوه بر این، دیواره شبه تونل اسکنر معمولا به سیلندر کویل گرادیان متصل میشود و بنابراین برخی از ارتعاشات به دیواره انتقال مییابد. این ارتعاشات منجر به لرزش دیواره و تولید امواج صوتی میشود. یک راهحل ممکن برای این مشکل طراحی یک جاذب پانل اضافی بین کویل گرادیان و دیواره شبه تونل اسکنر است. در این پژوهش نشان داده شد که تحلیل عددی کویلهای گرادیان میتواند به طور دقیق و بر اساس تحلیل اکوستیک منجر به کاهش سطح ارتعاش و نویزها شود و در نهایت سبب عملکرد ایمن کویل گرادیان شود. از نظر مهندسی، بهترین راه حل برای مقابله با مشکل نویز صوتی طراحی مجدد ساختار کویل گرادیان است به گرادیان شود. از نظر مهندسی، بهترین راه حل برای مقابله با مشکل نویز صوتی طراحی مجدد ساختار کویل گرادیان است به صداهای ناخواسته تولید نشود؛ به عنوان مثال، با توازن نیروهای لورنتز تولید شده توسط جریانهای متحرک می توان نویز و ارتعاش تولیدی را کاهش داد. با این حال، در عمل نصب آنها در سیستمهای اِم آر آی موجود ممکن است نسبت به روشهای جایزین

#### نتيجه گيرى

در این پژوهش، روش عددی و راهحل عملی برای کاهش نویز صوتی در کویلهای گرادیان اِم آر آی مورد بررسی قرار گرفت و تمرکز بر روی روشهای کاهش نویز غیرفعال بود. تحلیل وابستگی گرادیان اکوستیک به قدرت میدان مغناطیسی اصلی نشان میدهد که اکوستیک گرادیان و ارتعاشات در قدرتهای میدان قابل کنترل هستند. نشان داده شد که یک جاذب با ضخامت یکنواخت ۲۰ میلیمتر طراحی عملی است که تا حد قابل توجهی نویز صوتی را در بازه فرکانسی ۰ تا ۳ کیلوهرتز کاهش میدهد. با توجه به اینکه دستگاه اِم آر آی یکی از محبوبترین و پرکاربردترین دستگاههای تصویربرداری در حال حاضر است، بسیاری از شرکتهای تولید کننده دستگاه اِم آر آی به دنبال بهبود و کنترل این ارتعاشات هستند. لذا، نتایج حاصل از این مطالعه میتواند به عنوان یک راهنمای مفید برای شرکتهای تولید کننده دستگاه اِم آر آی در مازی مؤرامدی آنها

مراجع

- [1] Soedel, W., (2004). Vibrations of shells and plates. CRC Press.
- [2] Taracila, V., Edelstein, W. A., Kidane, T. K., Eagan, T. P., Baig, T. N., Brown, R. W., (2005). Analytical calculation of cylindrical shell modes: Implications for MRI acoustic noise. Concepts in Magnetic Resonance Part B: Magnetic Resonance Engineering: An Educational Journal, 25(1), pp 60-64.
- [3] Shao, W., Mechefske, C. K., (2005). Analysis of the sound field in finite length infinite baffled cylindrical ducts with vibrating walls of finite impedance. The Journal of the Acoustical Society of America, 117(4), pp 1728-1736.
- [4] Li, G., Mechefske, C. K., (2009). Structural–acoustic modal analysis of cylindrical shells: application to MRI scanner systems. Magnetic Resonance Materials in Physics, Biology and Medicine, 22, pp 353-364.
- [5] Mechefske, C. K., Wang, F., (2006). Theoretical, numerical, and experimental modal analysis of a single-winding gradient coil insert cylinder. Magnetic Resonance Materials in Physics, Biology and Medicine, 19, pp 152-166.
- [6] Edelstein, W. A., Hedeen, R. A., Mallozzi, R. P., El-Hamamsy, S. A., Ackermann, R. A., Havens, T. J., (2002). Making MRI quieter. Magnetic Resonance Imaging, 20(2), pp 155-163.
- [7] Mechefske, C. K., Wu, Y., Rutt, B. K., (2002). MRI gradient coil cylinder sound field simulation and measurement. J. Biomech. Eng., 124(4), pp 450-455..
- [8] Yao, G. Z., Mechefske, C. K., Rutt, B. K., (2004). Characterization of vibration and acoustic noise in a gradient-coil insert. Magnetic Resonance Materials in Physics, Biology and Medicine, 17, pp 12-27.
- [9] Wang, Y., Liu, F., Crozier, S., (2015). Simulation study of noise reduction methods for a split MRI system using a finite element method. Medical Physics, 42(12), pp 7122-7131.
- [10] Wang, Y., Liu, F., Weber, E., Tang, F., Jin, J., Tesiram, Y., Crozier, S., (2015). Acoustic analysis for a split MRI system using FE method. Concepts in Magnetic Resonance Part B: Magnetic Resonance Engineering, 45(2), pp 85-96.
- [11] Winkler, S. A., Alejski, A., Wade, T., McKenzie, C. A., Rutt, B. K., (2017). On the accurate analysis of vibroacoustics in head insert gradient coils. Magnetic resonance in medicine, 78(4), pp 1635-1645.
- [12] Sakhr, J., Chronik, B. A., (2019). Vibrational response of a MRI gradient coil cylinder to timeharmonic Lorentz-force excitations: An exact linear elastodynamic model for shielded longitudinal gradient coils. Applied Mathematical Modelling, 74, pp 350-372..

- [13] Sakhr, J., Chronik, B. A., (2021). Parametric modeling of steady-state gradient coil vibration: resonance dynamics under variations in cylinder geometry. Magnetic Resonance Imaging, 82, pp 91-103.
- [14] McJury, M. J., (1995). Acoustic noise levels generated during high field MR imaging. Clinical Radiology, 50(5), pp 331-334.
- [15] McJury, M. J., (2022). Acoustic noise and magnetic resonance imaging: a narrative/descriptive review. Journal of Magnetic Resonance Imaging, 55(2), pp 337-346.
- [16] McJury PhD, M., Shellock PhD, F. G., (2000). Auditory noise associated with MR procedures: a review. Journal of Magnetic Resonance Imaging, 12(1), pp 37-45.
- [17] Cho, Z. H., Park, S. H., Kim, J. H., Chung, S. C., Chung, S. T., Chung, J. Y., Wong, E. K., (1997). Analysis of acoustic noise in MRI. Magnetic resonance imaging, 15(7), pp 815-822.
- [18] Mechefske, C. K., Geris, R., Gati, J. S., Rutt, B. K., (2001). Acoustic noise reduction in a 4 T MRI scanner. Magnetic Resonance Materials in Physics, Biology and Medicine, 13, pp 172-176.
- [19] Cho, Z. H., Chung, S. T., Chung, J. Y., Park, S. H., Kim, J. S., Moon, C. H., Hong, I. K., (1998). A new silent magnetic resonance imaging using a rotating DC gradient. Magnetic resonance in medicine, 39(2), pp 317-321.
- [20] Crémillieux, Y., Wheeler-Kingshott, C. A., Briguet, A., Doran, S. J., (1997). STEAM-Burst: a single-shot, multi-slice imaging sequence without rapid gradient switching. Magnetic resonance in medicine, 38(4), pp 645-652.
- [21] Goldman, A. M., Gossman, W. E., Friedlander, P. C., (1989). Reduction of sound levels with antinoise in MR imaging. Radiology, 173(2), pp 549-550.
- [22] McJury, M., Stewart, R. W., Crawford, D., Toma, E., (1997). The use of active noise control (ANC) to reduce acoustic noise generated during MRI scanning: some initial results. Magnetic resonance imaging, 15(3), pp 319-322.
- [23] Chen, C. K., Chiueh, T. D., Chen, J. H., (1999). Active cancellation system of acoustic noise in MR imaging. IEEE transactions on biomedical engineering, 46(2), pp 186-191.
- [24] Li, M., Lim, T. C., Lee, J. H., (2008). Simulation study on active noise control for a 4-T MRI scanner. Magnetic resonance imaging, 26(3), pp 393-400.
- [25] Li, M., Rudd, B., Lim, T. C., Lee, J. H., (2011). In situ active control of noise in a 4 T MRI scanner. Journal of Magnetic Resonance Imaging, 34(3), pp 662-669.
- [26] Chambers, J., Bullock, D., Kahana, Y., Kots, A., Palmer, A., (2007). Developments in active noise control sound systems for magnetic resonance imaging. Applied Acoustics, 68(3), pp 281-295.
- [27] Mustafa, B. A. J., Ali, R., (1989). An energy method for free vibration analysis of stiffened circular cylindrical shells. Computers & structures, 32(2), pp 355-363.