



انجمن حفاظت در برابر اشعه ایران

مقاله کنفرانسی



مجله سنجش و ایمنی پرتو، جلد ۱۱، شماره ۴، زمستان (ویژه نامه) ۱۴۰۱، صفحه ۲۰۱-۲۰۴

ششمین کنفرانس سنجش و ایمنی پرتوهای یون ساز و غیر یون ساز (مرداد ماه ۱۴۰۰)

تاریخ دریافت مقاله: ۱۴۰۰/۰۷/۱۵، تاریخ پذیرش مقاله: ۱۴۰۱/۰۵/۰۹

طراحی و ساخت دستگاه رادیوگرافی پرتوی ایکس

ماهان احمدی^۱، شاهین ابراهیم پور^۲، محمدتقی احمدی^{۳*} و هادی گودرزی^۲

^۱دانشکده پزشکی، دانشگاه شیان جیاو تونگ، شان شی، شیان، چین.

^۲گروه فیزیک، دانشکده علوم، دانشگاه ارومیه، ارومیه، آذربایجان غربی، ایران.

^{۳*}آذربایجان غربی، ارومیه، دانشگاه ارومیه، دانشکده علوم، گروه فیزیک، کدپستی: ۵۷۵۶۱۵۱۸۱۸.

پست الکترونیکی: mt.ahmadi@urmia.ac.ir

چکیده

در این تحقیق با تقسیم مجموعه رادیوگرافی به چهار زیر مجموعه از قبیل سیستم کنترل، درایور، هاوژینگ و مالتی پلایر به صورت مستقل و با ویژگی های دلخواه و منطبق بر نیاز مجموعه های تحقیقات صنعتی و پزشکی طراحی و اجرا کرده ایم. در مجموعه نخست مربوط به سیستم کنترل جهت افزایش ایمنی پرتوکار طراحی مبتنی بر وی فای و ریموت کنترل ارائه و اجرا شده است. در طراحی درایور نیز با توجه به مشخصه تیوب موجود اقدام به طراحی و ساخت سخت افزاری درایور شده است. سپس جهت رسیدن الکترون های به شتاب مورد نیاز تیوب از سیستم مالتی پلایر اختلاف پتانسیل خلأیی حدود هفتاد کیلوولت برای این نمونه ساخته شده است و نهایتاً برای تأمین امنیت در مقابل پرتوهای یون ساز سیستم هاوژینگ کاملاً منحصر به فرد طراحی و اجرا شده که نیاز به اتاق سربی را در مجموعه های تحقیقاتی تا حدود زیادی مرتفع کرده است که در مقاله ای مستقل بدان پرداخته شده است. در نهایت دستگاه مولد اشعه ایکس برای کاربردهای تحقیقاتی با موفقیت طراحی، اجرا، تست و بومی سازی شده است و در کلیه مراحل این تحقیق به تأمین قطعات از داخل توجه شده است.

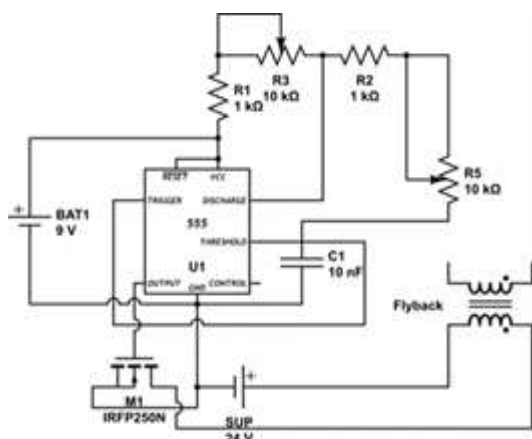
کلیدواژه‌گان: طراحی دستگاه رادیو گرافی، ساخت دستگاه رادیو گرافی، طراحی دستگاه پرتو ایکس پژوهشی، ساخت دستگاه پرتو ایکس صنعتی.

۱. مقدمه

سخت، از آن ها برای تصویربرداری استفاده می شود. از آنجایی که فوتون های پرتو ایکس دارای انرژی لازم برای یونیزه کردن اتم ها و شکستن پیوند اتمی هستند، در طبقه بندی پرتوهای یونیزه کننده قرار می گیرند. از قابلیت یونیزه کردن اشعه ایکس می توان در درمان سرطان استفاده کرد که در این روش پرتو درمانی از پرتو ایکس برای کشتن سلول های بدخیم سرطانی استفاده می شود. هم چنین از طیف سنجی پرتو ایکس

پرتوهای ایکس با طول موج حدود ۰/۰۱ تا ۱۰ نانومتر و انرژی بین ۱۰۰ الکترون ولت تا ۱۰۰ کیلو الکترون ولت دارای طول موجی بین فرابنفش و گاما هستند و امروزه کاربردهای پزشکی، صنعتی و تحقیقاتی بسیاری دارند. این پرتوها در محدوده سخت (بالای ۵ یا ۱۰ کیلو الکترون ولت و با طول موج ۰/۱ تا ۰/۲ نانومتر) و نرم (انرژی کم تر) دسته بندی می شوند [۱-۳]. به دلیل توان نفوذ بالای پرتوهای ایکس

گرفته شده است. در شکل ۲ شماتیک این سیستم نیز پیشنهاد شده است.



شکل (۲): شماتیک درایور پیشنهادی.

۴. طراحی تفنگ الکترونی

برای آنکه الکترون‌ها انرژی لازم برای تولید پرتو ایکس را داشته باشند، سیستم ژنراتور الکترونی نیم موج طراحی و اجرا شد که توانایی تولید الکترون‌هایی با انرژی ۷۰ keV را دارد می‌باشد و این ژنراتور به‌عنوان شتاب‌دهنده الکترون‌های تیوب خلأ ایتالیایی C.E.L. به‌کار برده شد. در این تحقیق مطابق شکل ۳ هاوژینگ مجموعه طراحی و اجرا شد.

برای آنکه الکترون‌ها انرژی لازم برای تولید پرتو ایکس را داشته باشند سیستم ژنراتور الکترونی نیم موج طراحی و اجرا شد که توانایی تولید الکترون‌هایی با انرژی ۷۰ keV را دارد می‌باشد و این ژنراتور به‌عنوان شتاب‌دهنده الکترون‌های تیوب خلأ ایتالیایی C.E.L. به‌کار برده شد. در این تحقیق مطابق شکل ۳ هاوژینگ مجموعه طراحی و اجرا شد.

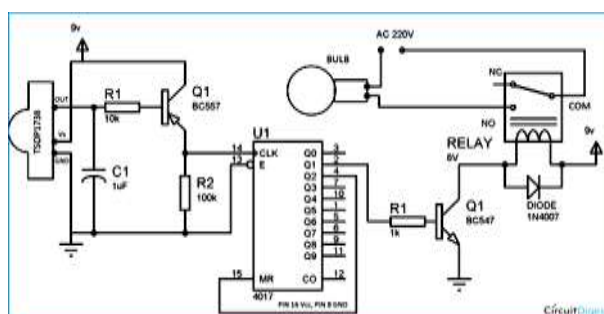


شکل (۳): مجموعه نگهدارنده سیستم طراحی شده.

برای تعیین خصوصیات مواد استفاده می‌شود [۵،۴]. روش‌های متفاوتی (الکترون‌ها و پروتون‌ها، یون‌های مثبت) برای تولید پرتو ایکس وجود دارد در تولید از طریق الکترون‌ها، پرتو ایکس از تیوب پرتو ایکس تولید می‌شود، که این تیوب یک لوله تحت خلأ است که در آن به الکترون‌ها تولیدی توسط یک کاتد داغ شتاب داده شده تا به سرعت بالا برسند [۶،۷]. الکترون‌های با سرعت بالا پس از برخورد به مانع فلزی که همان آند است، پرتو ایکس را ایجاد می‌نمایند. در این تحقیق روش کنترل از راه دور برای تولید پرتوهای ایکس به کمک الکترون‌های پر انرژی مبتنی بر شتاب دهنده تحت خلأ استفاده شده که در به تفصیل در ادامه می‌آید.

۲. طراحی و ساخت بخش کنترل از راه دور

روش استفاده از ریموت کنترل رله‌ای مورد استفاده قرار گرفته که به راحتی قابل جایگزینی با سیستم وای فای کنترلر نیز است. مدارهای بسیار متنوعی برای اجرا وجود دارد که به‌عنوان نمونه می‌توان به سیستم‌های معمول با مادون قرمز شکل ۱ ارائه شد در زیر اشاره کرد.



شکل (۱): شماتیک ریموت کنترلر پیشنهادی.

۳. طراحی درایور ترانسفورمر

در مرحله بعد برای آنکه ترانسفورمرهای ولتاژ درایو شود درایور ۱۵ KV طراحی و ساخته شد که این درایور توانایی درایو کردن یک ترانسفورمر فلای بک را تا ۱۵ کیلو ولت را دارد. البته سیستم AC به DC نیز در این بین در نظر



شکل (۵): تصاویر تهیه شده توسط دستگاه ساخته شده به ترتیب از بالا مدار مجتمع، کانی زمین‌شناسی و اشیاء باستان‌شناسی.

بخش بسیار مهمی از انرژی مجموعه در طراحی و اجرای سیستم نگهدارنده صرف شد و در نهایت به مجموعه شکل ۴ به همراه هاوزینگ سربی که نشت اشعه نداشت منجر شد.



شکل (۴): مجموعه نگهدارنده سیستم طراحی شده به همراه پوسته سربی. برای استفاده از مجموعه ساختار کاربدهای پزشکی طرحه اولیه‌ای زیر در حال اجرا است. شتاب‌دهنده این نمونه ساخته شده و با موفقیت تست‌های اولیه را گذرانده است.

۵. نمونه‌های تست شده

در نهایت مجموعه ساخته شده در چند مورد عکس‌برداری تحقیقاتی مورد استفاده قرار گرفت و تصاویر حاصل از این مرحله در شکل ۵ قابل مشاهده است.

۶. نتایج و بحث

در این تحقیق دستگاه مولد اشعه ایکس برای کاربردهای تحقیقاتی با موفقیت طراحی، اجرا، تست و بومی سازی شده است در کلیه مراحل این تحقیق به تامین قطعات از داخل توجه شده است.

۷. مراجع

1. S. J. Houston, T. E. Cravens, D. R. Schultz, H. Gharibnejad, W. R. Dunn, D. K. Haggerty, A. M. Rymer, B. H. Mauk, N. Ozak. Jovian auroral Ion precipitation: X-ray production from oxygen and sulfur precipitation. *J. Geophys. Res.: Space Phys.* 125 (2) (2020) e2019JA027007.
2. A. Decourchelle, D. C. Ellison, J. Ballet. Thermal X-ray emission and cosmic-ray production in young

- supernova remnants. *Astrophysical J.* 543 (1) (2000) L57-L60.
3. J. P. McCaffrey, H. Shen, B. Downton, E. Mainegra-Hing. Radiation attenuation by lead and nonlead materials used in radiation shielding garments. *Med Phys.* 34 (2) (2007) 530-537.
 4. <https://sciencing.com/calculate-xray-energy-5091080.html>.
 5. A. Berrington de González, M. Mahesh, K. P. Kim, M. Bhargavan, R. Lewis, F. Mettler, C. Land. Projected cancer risks from computed tomographic scans performed in the United States in 2007. *Arch. Intern. Med.* 169 (22) (2009) 2071-2077.
 6. F. A. Mettler, Jr, M. Bhargavan, K. Faulkner, D. B. Gilley, J. E. Gray, G. S. Ibbott, J. A. Lipoti, M. Mahesh, J. L. McCrohan, M. G. Stabin, B. R. Thomadsen, T. T. Yoshizumi. Radiologic and nuclear medicine studies in the United States and worldwide: frequency, radiation dose, and comparison with other radiation sources—1950–2007. *Radiology* 253 (2) (2009) 520-531.
 7. https://www3.paho.org/hq/index.php?option=com_content&view=article&id=7410:2012-dia-radiografia-dos-tercios-poblacion-mundial-no-tiene-acceso-diagnostico-imagen&Itemid=1926&lang=en.