

فیزیک پرتو شناسی تشخیصی

قابل استفاده برای داوطلبان آزمون

کارشناسی ارشد فناوری تصویربرداری پزشکی

تالیف و گردآوری:

دکتر فرزانه قربانی استادیار فیزیک پزشکی دانشگاه علوم پزشکی گناباد

یاسمن باستانی پور کارشناسی ارشد تصویربرداری پزشکی

پگاه لطفی دانشجوی کارشناسی ارشد تصویربرداری پزشکی





فیزیک پر توشناسی تشخیصی

قابل استفاده برای داوطلبان آزمون کارشناسی ارشد فناوری تصویربرداری پزشکی



گروه آموزشی ساینس آزمون
شرکت نوآفرینان علم آزمون

[t.me/scienceazmoon1](https://www.scienceazmoon.com)
<https://www.scienceazmoon.com>

تالیف و گردآوری:

دکتر فرزانه قربانی استادیار فیزیک پزشکی دانشگاه علوم پزشکی گناباد

یاسمن باستانی پور کارشناسی ارشد تصویربرداری پزشکی

پگاه لطفی دانشجوی کارشناسی ارشد تصویربرداری پزشکی

حقوق مالکیت مادی و معنوی

کلیه حقوق مادی و معنوی اثر متعلق به شرکت نوآفرینان علم آزمون می باشد و هرگونه تکثیر، بازنویسی و یا برداشت به هر نحوی (الکترونیکی، فتوکپی، عکس و فیلم و موارد مشابه) چه از متن کامل و یا جزئی از آن، مجاز نبوده و منجر به پیگرد قانونی می باشد.

فهرست مطالب

۱۰	فصل اول: اشعه ایکس
۱۰	اجزای تشکیل دهنده لامپ اشعه ایکس
۱۰	کاتد
۱۱	فضای بار
۱۲	اثر فضای بار
۱۲	شدت جریان اشباع
۱۲	فیلامان
۱۳	سرپوش کانونی
۱۴	محفظه شیشه ای
۱۵	محفظه فلزی
۱۵	محفظه محافظ
۱۶	آند
۱۷	هدف
۱۸	ساقه آند
۱۸	روش های افزایش ظرفیت گرمایی لامپ
۱۸	زاویه آند و سطح نقطه کانونی
۱۸	اصل کانونی خطی
۱۹	اثر پاشنه
۲۰	گرمای آند
۲۱	فرآیندهای تولید اشعه ایکس
۲۱	تشعشع عمومی (برمزاشرالانگ)
۲۲	تشعشع اختصاصی
۲۴	الکترون اوژه
۲۴	شدت پرتوهای اشعه ایکس
۲۵	فاکتورهای تاثیرگذار بر طیف اشعه ایکس
۲۵	mAs و mA
۲۶	مقدار KVp
۲۶	فیلتراسیون
۲۷	جنس هدف
۲۷	شکل موج ولتاژ
۲۸	برهمکنش اشعه ایکس با مواد
۲۸	پراکندگی همندوس
۲۹	پدیده فوتوالکتریک
۳۱	پراکندگی کامپتون
۳۳	تولید زوج و تجزیه توسط فوتون

۳۴	پدیده فنا
۳۵	تضعیف اشعه ایکس
۳۶	لایه نیم جذب یا HVL
۳۶	لایه یک دهم کننده یا TVL
۳۶	پرتوهای تک انرژی
۳۷	پرتوهای غیریکنواخت
۳۷	عوامل موثر بر تضعیف پرتو
۳۹	اثر دانسیته بر تضعیف پرتو
۳۹	تاثیر الکترون در هر گرم
۳۹	پرتوهای اسکتر
۴۰	فیلتراسیون
۴۰	فیلتراسیون ذاتی
۴۱	فیلتراسیون اضافی
۴۱	فیلتر مرکب
۴۱	ضخامت فیلتر
۴۲	فیلتر گوه ای شکل
۴۲	فیلترهای فلز سنگین (فیلترهای لبه k)
۴۳	پرتوهای پراکنده
۴۴	محدود کننده اشعه ایکس
۴۶	کولیماتور
۴۷	اعمال محدود کنندهها
۴۸	گرید
۴۹	نسبت گرید
۴۹	فرکانس گرید
۵۰	انتقال اولیه (Tp)
۵۰	فاکتور بهبود کنتراست (K)
۵۱	فاکتور بوکی (B)
۵۱	انواع گرید
۵۴	تعداد تیغهها در هر اینچ
۵۴	قطع گرید
۵۷	ترکیب گرید خارج از مرکز و خارج از کانون
۵۸	تکنیک فضای خالی
۵۸	صفحات تشدیدکننده
۶۰	سرعت صفحه های تشدید کننده تنگستات کلسیم
۶۱	قدرت تفکیک
۶۱	افزایش سرعت صفحات تشدید کننده
۶۴	طیف تابشی

۶۴	پاسخ به کیلوولتاژ
۶۴	خصوصیات فیزیکی فیلم رادیوگرافی و ظهور و ثبوت آن
۶۵	تصویر مخفی
۶۶	تابش مستقیم با اشعه ایکس
۶۷	خصوصیات فتوگرافی فیلم رادیوگرافی
۶۸	منحنی مشخصه و دانسیته نوری
۷۰	عوامل هندسی
۷۰	بزرگنمایی
۷۱	بهم‌ریختگی
۷۲	محوى نقطه کانونی
۷۳	کنتراست جسم
۷۴	پرتوهای پراکنده
۷۵	ماموگرافی
۷۵	ساختار هدف
۷۷	اندازه نقطه کانونی
۷۸	فیلتراسیون
۸۰	اثر پاشنه آند
۸۱	تکنیک فشرده سازی
۸۱	گرید
۸۲	ماموگرافی فیلم صفحه
۸۲	ماموگرافی دیجیتال
۸۲	فلوروسکوپی
۸۳	لامپ تشدیدکننده تصویر
۸۵	بهره ی جریان
۸۶	سوالات پر توشناسی اشعه ایکس کنکورهای گذشته
۸۶	سوالات کنکور کارشناسی ارشد فناوری تصویربرداری پزشکی سال ۱۳۹۵
۹۰	سوالات کنکور کارشناسی ارشد فناوری تصویربرداری پزشکی سال ۱۳۹۶
۹۴	سوالات کنکور کارشناسی ارشد فناوری تصویربرداری پزشکی سال ۱۳۹۷
۹۸	سوالات کنکور کارشناسی ارشد فناوری تصویربرداری پزشکی سال ۱۳۹۸
۱۰۱	سوالات کنکور کارشناسی ارشد فناوری تصویربرداری پزشکی سال ۱۳۹۹
۱۰۵	سوالات کنکور کارشناسی ارشد فناوری تصویربرداری پزشکی سال ۱۴۰۰
۱۰۸	سوالات کنکور کارشناسی ارشد فناوری تصویربرداری پزشکی سال ۱۴۰۱
۱۱۱	سوالات کنکور کارشناسی ارشد فناوری تصویربرداری پزشکی سال ۱۴۰۲
۱۱۶	تصویربرداری سی تی اسکن
۱۱۶	نسل‌های سیستم تصویربرداری CT
۱۱۸	اجزا و مفاهیم سی تی
۱۲۰	اعداد CT

۱۲۲	نحوه گرفتن تصاویر
۱۲۲	تصویر Scout view
۱۲۲	تصویربرداری آگزپال (Axial imaging)
۱۲۳	تصویربرداری Helical imaging
۱۲۳	فاکتور پیچ
۱۲۳	تصویربرداری مولتی اسلایس
۱۲۵	فیلتر پاپیونی
۱۲۵	کیفیت تصویر
۱۲۶	قدرت تفکیک کنتراست
۱۲۶	قدرت تفکیک فضایی
۱۲۹	دوز در سی تی
۱۳۰	آرتیفکت ها
۱۳۰	سخت شدن پرتو (Beam Hardening)
۱۳۱	آرتیفکت های ناشی از حرکت
۱۳۱	میانگین گیری حجم جزئی
۱۳۱	آرتیفکت حلقه‌ای
۱۳۲	آرتیفکت Streak
۱۳۲	آرتیفکت پرتو مخروطی (come beam)
۱۳۲	آرتیفکت الایزینگ
۱۳۳	نویز کوانتومی
۱۳۴	سوالات کنکورهای گذشته فیزیک سی تی اسکن
۱۳۴	کنکور کارشناسی ارشد فناوری تصویربرداری پزشکی سال ۱۳۹۵
۱۳۵	کنکور کارشناسی ارشد فناوری تصویربرداری پزشکی سال ۱۳۹۶
۱۳۶	کنکور کارشناسی ارشد فناوری تصویربرداری پزشکی سال ۱۳۹۷
۱۳۸	کنکور کارشناسی ارشد فناوری تصویربرداری پزشکی سال ۱۳۹۸
۱۳۹	کنکور کارشناسی ارشد فناوری تصویربرداری پزشکی سال ۱۳۹۹
۱۳۹	کنکور کارشناسی ارشد فناوری تصویربرداری پزشکی سال ۱۴۰۰
۱۴۱	کنکور کارشناسی ارشد فناوری تصویربرداری پزشکی سال ۱۴۰۱
۱۴۳	کنکور کارشناسی ارشد فناوری تصویربرداری پزشکی سال 1402
۱۴۴	مقدمه ای بر تصویربرداری MRI
۱۴۴	مغناطش (Magnetic)
۱۴۶	تشدید (Resonance)
۱۴۶	پالس $RF90^\circ$ چیست
۱۴۶	اثر اعمال $RF90^\circ$ چیست؟
۱۴۷	تصویربرداری (Imaging)
۱۴۷	قطع پالس $RF 90^\circ$

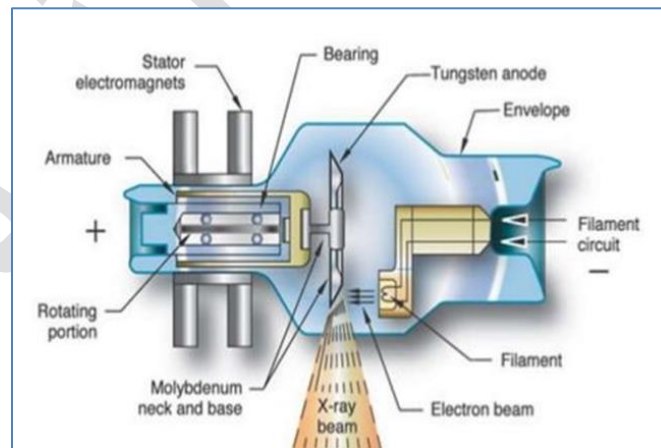
۱۴۸	زمان آسایش طولی یا اسپین - شبکه یا گرمایی (T_1)
۱۴۸	زمان آسایش عرضی یا اسپین - اسپین (T_2)
۱۵۰	فروپاشی القایی آزاد (FID)
۱۵۱	کنتراست و وزن تصاویر
۱۵۴	کدگذاری و تشکیل تصویر
۱۵۸	مدت زمان اسکن
۱۵۹	توالی پالس ها
۱۶۷	آنژیوگرافی تشدید مغناطیسی (MRA)
۱۶۷	آنژیوگرافی زمان پرواز (TOF)
۱۶۹	آنژیوگرافی کنتراست فاز (PCA)
۱۶۹	مزایای MRA
۱۷۰	مشخصات تصویر
۱۷۰	نسبت سیگنال به نویز (SNR)
۱۷۵	رزولوشن مکانی
۱۷۶	زمان اسکن
۱۷۷	مواد کنتراستزا
۱۸۰	آرتیفکت ها
۱۸۰	آرتیفکت های پردازش تصویر
۱۸۵	آرتیفکت های مربوط به بیمار
۱۸۵	آرتیفکت های مربوط به پذیرفتاری مغناطیسی
۱۸۶	آرتیفکت های مربوط به گرادیان
۱۸۶	سوالات MRI کنکورهای گذشته
۱۸۶	کنکور کارشناسی ارشد فناوری تصویربرداری پزشکی سال ۱۳۹۵
۱۸۷	کنکور کارشناسی ارشد فناوری تصویربرداری پزشکی سال ۱۳۹۶
۱۸۸	کنکور کارشناسی ارشد فناوری تصویربرداری پزشکی سال ۱۳۹۷
۱۹۰	کنکور کارشناسی ارشد فناوری تصویربرداری پزشکی سال ۱۳۹۸
۱۹۰	کنکور کارشناسی ارشد فناوری تصویربرداری پزشکی سال ۱۳۹۹
۱۹۱	کنکور کارشناسی ارشد فناوری تصویربرداری پزشکی سال ۱۴۰۰
۱۹۲	کنکور کارشناسی ارشد فناوری تصویربرداری پزشکی سال ۱۴۰۱
۱۹۲	کنکور کارشناسی ارشد فناوری تصویربرداری پزشکی سال 1402

فصل اول: اشعه ایکس

لامپ اشعه ایکس را می‌توان قلب دستگاه‌های تصویربرداری رادیولوژی نام برد. لامپ اشعه ایکس شامل یک منبع الکترونی، مسیر خلاء برای شتاب دادن الکترون‌ها، آند و یک منبع خارجی برای شتاب دادن الکترون‌ها می‌باشد. برای تولید اشعه ایکس با استفاده از این لامپ، الکترون‌ها با گرم کردن فیلامان، آزاد شده و تحت اختلاف پتانسیل بالا کاتد و آند شتاب گرفته و با انرژی بالایی به آند برخورد می‌کنند. در اثر برخورد آنها به آند طبق پدیده فیزیکی تابش ترمزی و اختصاصی، کمتر از یک درصد از انرژی الکترون‌ها به اشعه ایکس و بقیه به گرما تبدیل می‌شود.

اجزای تشکیل دهنده لامپ اشعه ایکس

لامپ اشعه ایکس از بخش‌های مختلفی تشکیل شده است. شکل ۱ تصویر شماتیک از یک لامپ اشعه ایکس با آند دوار را نشان می‌دهد. مهمترین قسمت‌های لامپ شامل کاتد، فیلامان، آند، منبع ولتاژ-بالا و محفظه لامپ می‌باشد.



شکل ۱ قسمت‌های اصلی یک لامپ اشعه X با آند-دوار.

کاتد

کاتد قطب منفی و منبع تولید الکترون در لامپ می‌باشد و دارای دو قسمت اصلی است:

- ۱) فیلامان
- ۲) فنجان کانونی کننده

در اثر عبور جریان (۴ تا ۶ آمپر) از درون فیلامان، رشته سیم فیلامان گرم می‌شود، این گرما به الکترون‌های لایه آخر منتقل می‌شود انرژی الکترون‌های لایه آخر افزایش می‌یابد و الکترون‌ها از اتم به بیرون پرتاب می‌شوند. به این پدیده (تابش الکترون‌ها به سبب جذب انرژی حرارتی) **تابش ترموئینیک** گفته می‌شود.

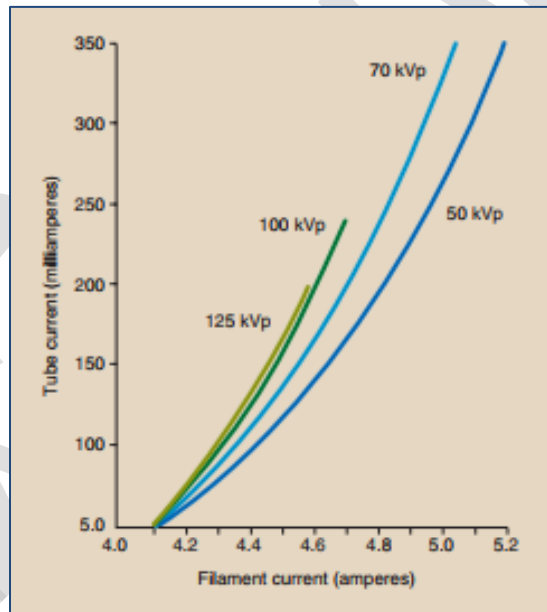
در نتیجه فرایند ترموئینیک الکترون‌ها اطراف سطح فیلامان را احاطه کرده که با اعمال یک انرژی خارجی مثل اختال پتانسیل، این الکترون‌ها به سمت آند شتاب می‌گیرند. اگر پتانسیل آند نسبت به کاتد مثبت باشد شاری از الکترون‌ها به سمت آند حرکت خواهند کرد که به آن جریان لامپ گفته می‌شود.

در تیوب اشعه ایکس، دو جریان وجود دارد :

۱- **جریان فیلامان:** جریانی که از فیلامان عبور می‌کند تا فیلامان را گرم کند. این جریان برحسب آمپر است.

۲- **جریان تیوب:** تعداد الکترون‌هایی است که در هر ثانیه از سمت فیلامان به سمت آند حرکت می‌کند. این جریان برحسب میلی آمپر است.

وقتی جریان فیلامان بطور جزئی افزایش پیدا می‌کند، جریان تیوب به مقدار قابل توجهی افزایش می‌یابد.



شکل ۲- جریان درون لامپ پرتو ایکس عملاً با تغییر جریان موجود در فیلامان کنترل می‌شود

ارتباط بین جریان موجود در فیلامان و جریان لامپ، به ولتاژ بستگی دارد.

با تنظیم جریان فیلامان (میزان دمای فیلامان با تغییر جریان فیلامان تغییر خواهد کرد) می‌توان جریان لامپ را کنترل کرد.

فضای بار

در اثر عبور یک جریان از درون فیلامان، رشته سیم فیلامان گرم می‌شود. گرما به الکترون‌های لایه آخر منتقل می‌شود و انرژی الکترون‌های لایه آخر افزایش پیدا می‌کند و از فیلامان به بیرون پرتاب می‌شوند. الکترون‌های پرتاب شده از فیلامان قبل از اینکه از سمت کاتد به سمت آند شتاب بگیرند، اطراف فیلامان تجمع می‌کنند. از آنجائیکه همه الکترون‌ها دارای بار

منفی هستند، همدیگر را دفع می‌کنند و یک فضای ابر مانند در اطراف فیلامان ایجاد می‌کنند. به این فضای ابر مانند، فضای بار گفته می‌شود.

اثر فضای بار

الکترون‌های موجود در فضای بار با الکترون‌های درون فیلامان دافعه الکتروستاتیک برقرار می‌کنند. در نتیجه مانع از خروج الکترون از فیلامان می‌شوند.

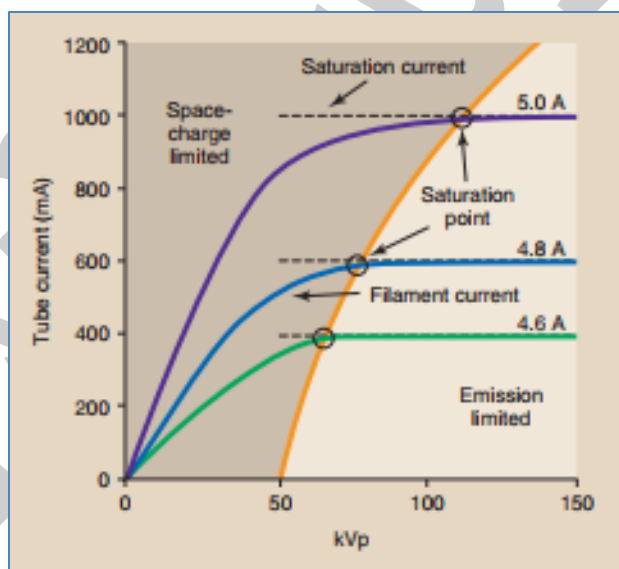
راه‌های کاهش اثر فضای بار:

۱) کاهش جریان فیلامان

۲) افزایش kVP

شدت جریان اشباع

با افزایش ولتاژ، جریان تیوب افزایش پیدا می‌کند تا اینکه به یک نقطه خاصی می‌رسد. بعد از آن، با افزایش ولتاژ جریان ثابت باقی می‌ماند زیرا تمامی الکترون‌های در دسترس استفاده شده‌اند. این شدت جریان، همان شدت جریان اشباع است.



شکل ۳- شدت جریان اشباع

فیلامان

نقش فیلامان در لامپ، تولید الکترون می‌باشد. فیلامان رشته سیم باریکی است که ۱ تا ۲ سانتی‌متر طول و ۱ تا ۲ میلی‌متر قطر دارد. فیلامان را معمولاً از تنگستن توریوم دار می‌سازند.

افزودن ۱-۲ درصد توریوم به تنگستن، قدرت تابش ترمیونیک آن و همچنین عمر لامپ را افزایش می‌دهد.

علت استفاده از تنگستن در فیلامان:

۱) تنگستن نسبت به سایر فلزات دارای توانایی ترمیونیک بالایی می‌باشد.

۲ نقطه ذوب آن 3370°C درجه سانتی گراد است بنابراین احتمال سوختگی ندارد.

۳ همچنین تنگستن به راحتی بخار نمی شود. در اثر قرار گرفتن بخار تنگستن بر روی دیواره داخلی لامپ، خصوصیات الکتریکی لامپ تغییر می کند و در نهایت در اثر جرقه الکتریکی، لامپ از بین می رود.

۴ مقاومت و سختی زیاد و شکل پذیری راحت.

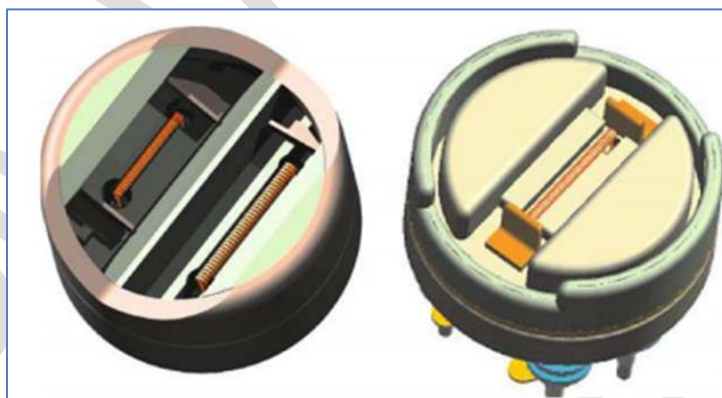
ویژگی های مذکور تنگستن را فلزی ایده آل برای استفاده به عنوان فیلامان می کند. فیلامان از آسیب پذیرترین بخش های لامپ می باشد که با گذشت زمان تبخیر شده و مواد ناشی از تبخیر بر روی شیشه محفظه لامپ ته نشین می شود. با زیاد شدن این مواد لایه ی برنزی رنگ بر روی لامپ شکل می گیرد. ته نشین شدن فلز بر روی شیشه یک الکترودی را ایجاد می کند که ممکن است بخاطر اختلاف پتانسیل بالایی که با کاتد دارد باعث تخلیه الکتریکی شده و در نهایت منجر به شکستن لامپ می شود. همچنین خود فیلامان بر اثر تبخیر نازک شده و ممکن است بشکند. در صورت شکستن فیلامان یا شیشه، لامپ قابل استفاده نخواهد بود.

اغلب لامپ های پرتو ایکس، دو فیلامان و در نتیجه دو لکه کانونی دارند. لکه کانونی بزرگ مربوط به فیلامان بزرگ و لکه کانونی کوچک مربوط به فیلامان کوچک است.

در شرایط عادی، اگر جریان کمتر از ۳۰۰ میلی آمپر باشد از هریک از ۲ فیلامان می توان استفاده کرد. اما برای تولید جریان های بالا در لامپ، از فیلامان بزرگ استفاده می شود.

در تصویربرداری از قسمت های بزرگ و تکنیک هایی که گرمای زیادی تولید می کنند از فیلامان بزرگ (لکه کانونی بزرگ) استفاده می شود. اما وقتی که قدرت تفکیک بالا نیاز باشد از فیلامان کوچک (لکه کانونی کوچک) استفاده می شود.

کانون کوچک از 0.3 میلی متر تا 1 میلی متر و کانون بزرگ از 1 تا $2/5$ میلی متر تغییر می کنند.



شکل ۴- کاتد حاوی یک و دو فیلامان. سرپوش کانونی در هر دو شکل فیلامان را احاطه کرده است.

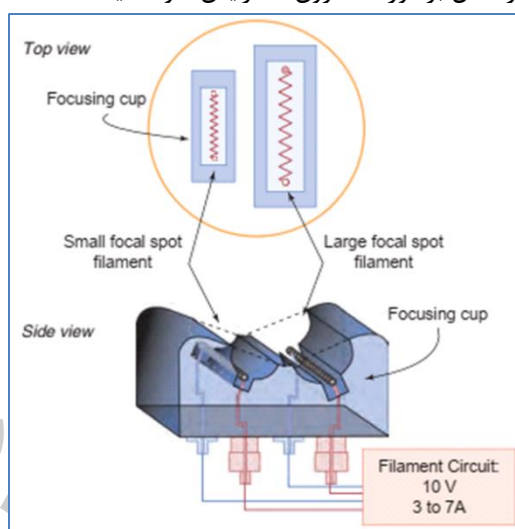
سرپوش کانونی

فیلامان در داخل یک بخش فلزی بنام سرپوش کانونی قرار دارد. از آنجائیکه همه ی الکترون هایی که از سمت کاتد به سمت آند حرکت می کنند دارای بار الکتریکی منفی هستند، یک دافعه الکتروستاتیک بین آنها ایجاد می شود و از هم فاصله می گیرند بنابراین بعضی از الکترون ها ممکن است هدف را گم کنند و روی یک سطح وسیعی پخش شوند. برای حل این مشکل از فنجان کانونی کننده استفاده می شود. فنجان کانونی کننده بار الکتریکی و پتانسیل منفی تری نسبت به فیلامان دارد، بنابراین

کلیه حقوق اثر متعلق به شرکت نوآفرینان علم آزمون می باشد و هرگونه تکثیر، بازنویسی و یا برداشت به هر نحوی (الکترونیکی، فتوکپی، عکس و فیلم و موارد مشابه) چه از متن کامل و یا جزئی از آن، مجاز نبوده و منجر به پیگرد قانونی می باشد

باعث متمرکز شدن الکترون‌ها روی یک قسمت کوچکی از آند می‌شود. سرپوش کانونی دارای بار منفی است و باعث می‌شود که الکترون‌ها روی یک قسمت کوچک از آند متمرکز شوند.

- ۱) سطحی از آند که توسط الکترون‌ها بمباران می‌شود سطح و یا نقطه کانونی نامیده می‌شود.
- ۲) به کمک سرپوش کانونی می‌توان سطح کانونی الکترون‌ها را کنترل کرد. با افزایش بار سرپوش کانونی میزان سطح کانونی کوچکتر می‌شود. البته افزایش غیر نرمال این بار، نتیجه معکوسی داشته و میزان تمرکز را کاهش خواهد داد.
- ۳) هرچه نقطه کانونی کوچکتر باشد رزولوشن تصویربرداری افزایش خواهد یافت. در مقابل با کوچکتر کردن نقطه کانونی میزان گرمای تجمع یافته در محل برخورد الکترون‌ها افزایش خواهد یافت.



شکل ۵- سرپوش کانونی کننده

محفظه شیشه ای

الکترون‌های کنده شده از فیلامان باید در مسیری خالی از هرگونه ذره به سمت آند حرکت کنند. اگر احیانا یک مولکول گازی درون محفظه شیشه ای لامپ اشعه ایکس وجود داشته باشد، این مولکول در اثر برخورد با الکترون‌هایی که از سمت کاتد به سمت آند حرکت می‌کنند، دچار یونیزاسیون می‌شود که این یونیزاسیون باعث می‌شود که الکترون‌ها نتوانند مسیر کامل را تا رسیدن به آند طی کنند. همچنین این مولکول، باعث ایجاد یون‌های ثانویه می‌شود. الکترون‌های ثانویه ممکن است به قسمت‌های مختلف لامپ اشعه ایکس برخورد کنند و اشعه ایکس کم انرژی تولید کنند. این اشعه ایکس کم انرژی ممکن است بوسیله قسمت‌های مختلف لامپ اشعه ایکس جذب شود و یا ممکن است از لامپ خارج شود و دز پرسنل را افزایش دهد. همچنین، یون‌های ثانویه با بار مثبت، فیلامان را بمباران می‌کنند و باعث تخریب فیلامان می‌شوند. چنین یونیزاسونی باعث می‌شود مقدار mAs افزایش یابد زیرا الکترون ثانویه ایجاد شده است.

بطور کلی ایجاد یونیزاسیون در حین تابش باعث:

- ۱) افزایش mAs
- ۲) تولید اشعه ایکس کم انرژی
- ۳) بمباران شدن فیلامان بوسیله یون‌های مثبت

۴ کاهش مسافتی که الکترون‌ها طی می‌کنند. (کاهش بازده)

اگر الکترون‌ها در طول این مسیر با ذرات اتمی برخورد کنند، درصد قابل توجهی از انرژی خود را قبل از رسیدن به آند از دست خواهند داد. برای رفع این مشکل، محفظه‌ای از جنس شیشه لامپ را احاطه کرده‌اند که داخل آن خلاء می‌باشد. تمام عناصر لامپ در داخل محفظه شیشه‌ای قرار دارند.

معمولاً محفظه شیشه‌ای از جنس پیرکس ساخته می‌شود تا در برابر گرمای زیاد تولید شده مقاومت کرده و همچنین خلاء داخل شیشه را حفظ کند. خلاء باعث تولید موثر اشعه ایکس می‌شود و عمر لامپ را افزایش می‌دهد.

علت استفاده از پیرکس در تیوب اشعه ایکس :

۱ پیرکس مقاومت حرارتی بالایی دارد.

۲ چون تیوب اشعه ایکس با کابل‌های ولتاژ بالا (کابل‌های ولتاژ) در تماس است، بنابراین ضریب انبساط شیشه باید نزدیک به ضریب انبساط فلزات باشد. ضریب انبساط خطی پیرکس معادل ضریب انبساط خطی فلزات است.

محفظه فلزی

در بعضی از لامپ‌های اشعه ایکس، به جای محفظه شیشه‌ای از محفظه فلزی استفاده می‌شود. یکی از مزایای استفاده از محفظه فلزی به جای محفظه شیشه‌ای، افزایش طول عمر لامپ است زیرا در لامپ‌های شیشه‌ای، به علت رسوب تنگستن در سطح داخلی، خصوصیات الکتریکی لامپ تغییر می‌کند و ممکن است باعث جرقه الکتریکی و از کار افتادن لامپ گردد.

محفظه محافظ

لامپ اشعه ایکس جهت جلوگیری از دو خطر جدی تشعشع اضافی و شوک الکتریکی یا برق گرفتگی، داخل یک محفظه‌ای از جنس سرب قرار گرفته است.

وظایف محفظه حفاظتی :

۱ عایق الکتریکی: جایگاه محافظ، محفظه‌هایی را که برای کابل‌های ولتاژ بالا (های ولتاژ) طراحی شده‌اند را در بر می‌گیرد تا از برق گرفتگی تصادفی جلوگیری کند.


۲ جلوگیری از نشت تابش‌های اضافی


۳ جایگاه نگهدارنده تیوب (نگهداری مکانیکی لامپ)


۴ انتشار دهنده حرارت: جایگاه محافظ اطراف برخی از لامپ‌های پرتو ایکس، حاوی روغن است. روغن هم عایق الکتریکی و هم عایق حرارتی است.

یک محفظه محافظ خوب بایستی مقدار پرتو نشتی را تا کمتر از $100 \frac{mR}{hr}$ در فاصله یک متری، وقتی که دستگاه با حداکثر ظرفیت کار می‌کند، کاهش دهد.

محفظه محافظ اطراف بعضی از لامپ‌ها دارای روغن (به عنوان عایق الکتریکی و خنک کننده) و همچنین دارای پنکه خنک کننده می‌باشد.

 **دسته پرتو مفید:** اشعه ایکس پس از تولید، به صورت ایزوتروپیک یا همسان و با شدت یکسان در تمام جهات ساطع می‌شود. ولی ما فقط از اشعه ایکس خروجی از پنجره لامپ استفاده می‌کنیم. به اشعه ایکس خروجی از پنجره، دسته پرتو مفید می‌گویند.


 پنجره یک ساختار فلزی یا شیشه‌ای نازک است که اندازه آن ۵ سانتی متر مربع است.


 **تابش نشتی:** پرتوی ایکسی که از هر قسمتی غیر از پنجره خارج می‌شود، پرتو ایکس نشتی نامیده می‌شود و هیچگونه ارزش تشخیصی ندارد و باعث پرتوگیری غیرضروری بیمار و تکنولوژیست می‌شوند.


آند


آند قطب مثبت لامپ اشعه ایکس و در لامپ اشعه ایکس چندین عمل انجام می‌دهد. مهمترین وظیفه آند تولید اشعه ایکس است. وقتی الکترون‌های پرتو انرژی به سطح آند برخورد می‌کنند طی فرایند تابش ترمزی و یا اختصاصی کمتر از ۱٪ انرژی خود را به اشعه ایکس و بیش از ۹۹٪ انرژی جنبشی الکترون‌ها به گرما تبدیل می‌شود. این گرما قبل از اینکه آند را ذوب کند باید فوراً از آند دور شود. لذا بایستی در طراحی آند، فلزی انتخاب شود که دمای ذوب بالایی داشته باشد. همچنین فلز انتخاب شده بایستی دارای بازده بالایی در تولید اشعه ایکس بوده و از طرفی هدایت گرمایی بالایی داشته باشد و گرمای تولید شده را سریع به بیرون لامپ هدایت کند. فلزی که هر سه ویژگی فوق را توأم داشته باشد، وجود ندارد. تنگستن فلزی مناسب برای استفاده به عنوان سطح کانونی و مس کاندید خوبی برای هدایت گرمایی می‌باشد. لذا در لامپ‌های آند ثابت هر دو فلز در ساخت آند استفاده می‌شوند. البته در لامپ‌های آند دوار برای خارج کردن گرما نمی‌توان از مس استفاده کرد. در لامپ‌های آند دوار، گرمای تولید شده در آند نباید به مجموعه روتور و استاتور که مولد حرکت دورانی هستند انتقال داده شود.


در صورت رسیدن گرما به روتور باعث آسیب دیدن مدارات الکتریکی شده و لامپ از کار خواهد افتاد. برای این منظور مجموعه آند را با میله‌ای از جنس مولیبدنیوم می‌سازند. این ماده عایق حرارتی بوده و بخش آند را از بخش روتور-استاتور ایزوله می‌کند. برای انتقال حرارت ایجاد شده در آند دوار از خاصیت تشعشعی گرما بهره گرفته می‌شود. به بیان دیگر گرمای آند در اثر چرخش با سرعت بالا آند بصورت تشعشع مادون قرمز از سطح آند ساطع شده و سپس به محفظه و روغن لامپ و از آنجا به محیط بیرون هدایت خواهد شد.

 رایج ترین موادی که برای ساخت آند استفاده می‌شود عبارت است از : مس، مولیبدنیوم و کربن

 آند در دستگاه‌های اشعه ایکس نیاز به جریان بالا ندارند، همچنین در دستگاه رادیولوژی دندان و دستگاه‌های پرتابل از نوع ثابت می‌باشد.

 اغلب دستگاه‌های اشعه ایکس معمولی از نوع آند دوار هستند چون آنها باید در زمان کوتاه قادر به تولید اشعه ایکس با شدت زیاد باشند.

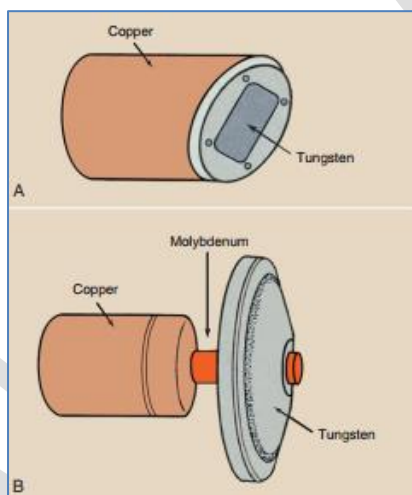
 در آند دوار ما یک نوار کانونی داریم اما در آند ثابت یک نقطه کانونی داریم. بنابراین در آند دوار اشعه ایکس زیادی در یک زمان کوتاه تولید می‌شود.

 در آند دوار گرما در یک سطح وسیعی پخش می‌شود، یعنی میزان دفع گرما و تحمل حرارتی بالا است بنابراین می‌توانیم در آند دوار نسبت به آند ثابت می‌توانیم جریان لامپ را افزایش دهیم و زمان را کوتاه تر کنیم.

- با افزایش سرعت چرخش آند، تحمل حرارتی افزایش پیدا می‌کند.
- آند همچنین هادی الکتریکی است و الکترون‌های پرتاب شده از کاتد را جذب و از طریق کابل‌های متصل به لامپ اشعه ایکس به ژنراتور بر می‌گرداند.
- میزان گرمایی که در یک لامپ تولید می‌شود به عواملی مانند مدت زمان تابش، سطح کانونی، قطر و جرم آند، زاویه و سرعت آند، شکل موج و نوع یکسوساز و... بستگی دارد.

هدف

هدف قسمتی از آند می‌باشد که بوسیله الکترون‌های تابش شده از کاتد بمباران می‌شود. در لامپ‌های اشعه ایکس آند ثابت، هدف از جنس آلیاژی از تنگستن (تنگستن+رنیوم) می‌باشد که در داخل آند مسی قرار دارد. در لامپ‌های اشعه ایکس آند دوار، سرتاسر دیسک چرخان هدف را تشکیل می‌دهد.



شکل ۶- هدف. آند ثابت و آند دوار

مس از نظر انتقال حرارت و انتقال بار الکتریکی هادی بسیار خوبی است به همین خاطر ضخامت یک بلوک مسی را خیلی بزرگتر و ضخیم تر می‌سازند که این کار سبب انتقال حرارت تولیدی در سطح تنگستن می‌شود. (اگر هدف تنگستنی تمام سطح بلوک مسی را بپوشاند، بلوک مسی ذوب می‌شود).

علت استفاده از تنگستن در ماده هدف:

- ۱ نقطه ذوب بالایی دارد. یعنی تبخیر نمی‌شود و در سطح داخلی شیشه قرار نمی‌گیرد.
- ۲ مقاومت بالایی دارد که باعث می‌شود کندتر روی سطح دیسک ناهمواری ایجاد شود.
- ۳ عدد اتمی بالایی دارد بنابراین بازده تولید اشعه ایکس افزایش می‌یابد.
- ۴ اشعه ایکسی که توسط تنگستن تولید می‌شود در ناحیه اشعه ایکس مفید است.
- ۵ ظرفیت گرمایی بالایی دارد. همچنین، هدایت گرمایی خوبی دارد و گرما را به خوبی منتقل می‌کند.

ساقه آند

در آند دوار بین آند و رتور، ساقه آند قرار دارد. ساقه آند از جنس مولیبدنیوم است. مولیبدنیوم هدایت حرارتی پائینی دارد یعنی مقدار کمی از گرما را به رتور منتقل می‌کند. به منظور کاهش میزان انتقال گرما، ساقه آند را باریک می‌سازند.

روش های افزایش ظرفیت گرمایی لامپ

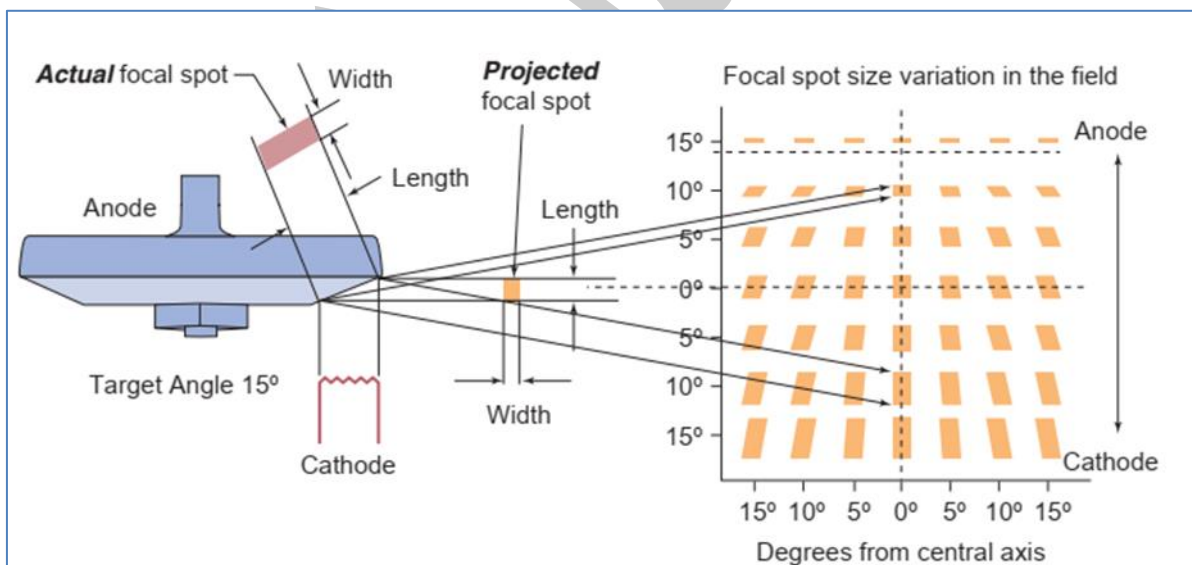
۱ افزایش قطر آند

۲ ساخت آند از جنس فلزاتی با ظرفیت گرمایی بالا

۳ آند زاویه دار

زاویه آند و سطح نقطه کانونی

زاویه آند بصورت زاویه سطح هدف با باریکه مرکز میدان پرتو ایکس تعریف می‌شود. سطحی از آند که توسط الکترون‌ها بمباران می‌شود، سطح کانونی نامیده می‌شود. اندازه سطح کانونی به مقدار و جریان الکترون‌ها بستگی دارد. بنابراین به ابعاد سیم‌پیچ تنگستنی، ساختمان سرپوش کانونی و وضعیت قرار گرفتن فیلامان درون آن بستگی دارد. پهنای شکاف سرپوش کانونی، پهنای نقطه کانونی را مشخص می‌کند و طول فیلامان تعیین کننده طول نقطه کانونی است.



شکل ۷- زاویه آند و سطح نقطه کانونی

اصل کانونی خطی

برای ایجاد تصویری با رزولوشن مناسب بایستی سطح کانونی را کوچکتر کرد. از طرفی سطح کانونی کوچکتر تحمل گرمایی پایینی دارد. با زاویه‌دار کردن سطح آند نقطه کانونی همچنان کوچک مانده ولی محدوده وسیعی از هدف برای گرم شدن فراهم می‌شود. این طرح بنام قانون خط- کانونی یا اصل کانونی خطی معروف است. با زاویه دادن به هدف، کانون ظاهری هدف خیلی کوچکتر از کانون حقیقی آن می‌شود. اندازه کانون ظاهری آن بخشی است که به مریض یا فیلم تابیده می‌شود. مزیت قانون خط- کانون این است که هم‌زمان با تهیه تصاویر واضح، گرما در منطقه وسیعی از نقطه کانونی هدف پخش می‌شود.

کلیه حقوق اثر متعلق به شرکت نوآفرینان علم آزمون می‌باشد و هرگونه تکثیر، بازنویسی و یا برداشت به هر نحوی (الکترونیکی، فتوکپی، عکس و فیلم و موارد مشابه) چه از متن کامل و یا جزئی از آن، مجاز نبوده و منجر به پیگرد قانونی می‌باشد

در آندهای زاویه دار دو نوع سطح کانونی شامل سطح کانونی واقعی و ظاهری یا موثر تعریف می‌شود. سطح کانونی واقعی مساحتی است که الکترون‌ها به آن سطح برخورد می‌کنند. سطح کانونی ظاهری، سطحی است که وقتی بطور عمود نسبت به سطح لامپ به آن نگاه شود به نظر خواهد رسید.

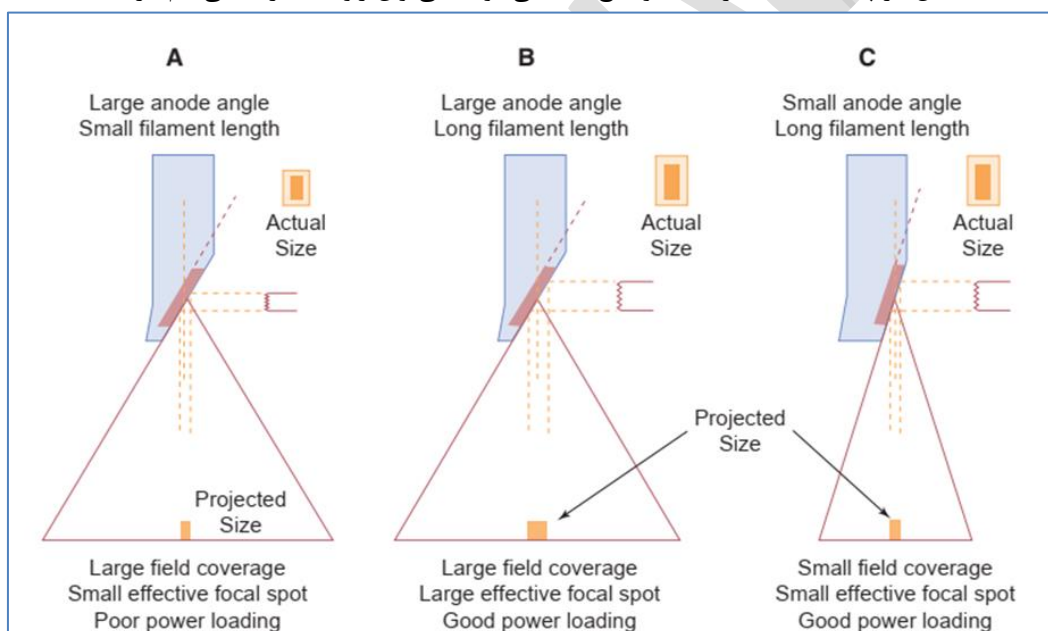
معمولاً یک شیب ۶ تا ۲۰ درجه به آند می‌دهند، بنابراین **سطح کانونی موثر** کمتر از طول کانونی واقعی است. میزان این کاهش، با سینوس زاویه آند متناسب است.

$$\text{طول کانونی موثر یا ظاهری} = \text{طول کانونی واقعی} \times \sin\theta$$

زاویه آند روی تحمل حرارتی (اندازه لکه کانونی واقعی) تاثیری ندارد و تحمل حرارتی را ابعاد فیلامان تعیین می‌کند.

میزان ظرفیت گرمایی لامپ به سطح کانونی واقعی وابسته است و میزان رزولوشن تصویر برداری با سطح کانونی ظاهری رابطه دارد.

بدلیل اثر پاشنه آند که در ادامه توضیح داده می‌شود، نمی‌توان زاویه آند را خیلی کم کرد.



شکل ۸- تغییر اندازه نقطه کانونی موثر و شکل آن در طول میدان تابش

اثر پاشنه

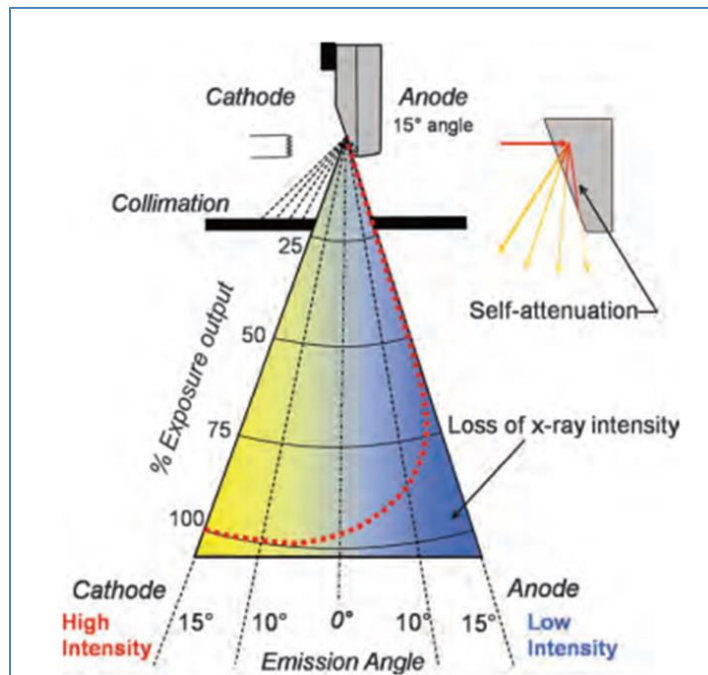
یکی از معایب قانون خط-کانون (زاویه دار کردن هدف) این است که شدت پرتو در سمت کاتد بیشتر از سمت آند است. الکترون‌ها در عمق‌های مختلف در هدف برخورد می‌کنند. و از آن جاییکه اشعه‌های ایکس تولید شده ایزوتروپ می‌باشد یعنی در تمام جهات با یک شدت پخش می‌شود، پرتوهای ایکس تولید شده در سمت آند نسبت به پرتوهای ایکس تولید شده در سمت کاتد باید مسافت بیشتری طی کنند تا از بدنه‌ی آند خارج شوند. در نتیجه پرتوهای ایکس بیشتری در سمت آند جذب می‌شوند و شدت اشعه ایکس در سمت آند نسبت به کاتد کمتر است. که به این اثر، اثر پاشنه‌ی آند گفته می‌شود.

بطور کلی هرچه کانون کوچکتر باشد اثر پاشنه آند بیشتر است.

هنگام پرتونگاری از اندام‌هایی که اختلاف ضخامت یا دانسیته قابل توجه دارند باید اثر پاشنه آند را مدنظر داشت. بطور کلی، قرار دادن سمت کاتد لامپ اشعه ایکس بر روی قسمت ضخیم عضو باعث ایجاد دانسیته رادیوگرافی یکنواخت تری بر روی فیلم می‌شود.

با افزایش فاصله تیوپ تا فیلم (FFD) این اثر کاهش می‌یابد.

با کاهش ابعاد فیلم، در فواصل مشابه FFD، این اثر کاهش می‌یابد.



شکل ۹- اثر پاشنه آند

گرمای آند

تقریباً 99 درصد از انرژی جنبشی الکترون‌ها به گرما تبدیل می‌شود که منجر به گرمای آند می‌شود. تنها یک درصد از انرژی جنبشی الکترون‌ها جهت تولید اشعه ایکس استفاده می‌شود. هرچه جریان لامپ بیشتر باشد، گرمای تولید شده در آند با همان نسبت افزایش می‌یابد. واحد گرمای (HU) انرژی آزاد شده و پراکنده شده در آند است که برای یک مولد تک‌فاز از رابطه زیر بدست می‌آید:

$$HU = mAs \times KVp$$

مولد سه‌فاز، که شدت تابش پرتو ایکس در آن‌ها بیشتر است، واحد گرمایی ۱.۳۵ برابر واحد گرمایی مولد تک‌فاز است. برای جلوگیری از خرابی ناشی از گرما، آهنگ تولید پرتو ایکس باید محدود شود.

گرمای تولید شده برابر است با حاصل ضرب ولتاژ، جریان، زمان تابش و نوع منبع تغذیه (تک فاز یا سه فاز).

توان تابش لامپ از فرمول زیر بدست می‌آید:

$$P = kvp \times mA$$