X バンド線形加速器を用いた小型硬 X 線源 - X バンドクライストロンエージングと減速用ビームライン設計の状況 -

> 土橋 克広^{A)}、上坂 充^{B)}、飯島 北斗^{B)}、今井 之^{B)} 深澤 篤^{B)}、坂本 文人^{B)}、えび名 風太郎^{B)}

浦川 順治^{C)}、明本 光生^{C)}、肥後 寿康^{C)}、早野 仁司^{C)}

A) 放射線医学総合研究所

^{B)} 東京大学大学院工学系研究科附属原子力工学研究施設

〒319-1188 茨城県那珂郡東海村白方白根 2-22

^{C)} 高エネルギー加速器研究機構 〒305-0801 茨城県つくば市大穂 1-1

概要

我々は、経静脈動的冠状動脈造影(Dynamic IVCAG)、生 命科学応用などさまざまな用途が考えられる高品質の硬 X線源をより小型化する、Xバンドライナックを持ちいた レーザー電子ビーム衝突による小型硬X線源を開発中で あり、X線強度10⁸photons/s (10pps)を目指す。

X線の強度を安定にするには、先ず、RF源の出力を 安定にする必要がある。また医療応用を考える場合、電源 は小型である必要がある。電源で発生するビームエネルギ ーふらつきは、レーザー電子ビーム衝突ルミノシティーに 影響を与えるが、これはビーム光学系に依存する。また、 エネルギー拡がりは衝突点でのビームサイズ増大させル ミノシティーの減少を招くため、実現できるビームエネル ギー広がりの範囲内でビームサイズへの影響を許容でき るようなビーム光学系である必要がある。Xバンド加速器 ビームラインのビームラティス設計とXバンド RF 源性能 評価試験の進行状況について報告する。

1 はじめに

医療、生命科学、材料科学など広い分野において、X 線 は非常に大きな役割を担っている。例えば医療関係では、 定期検診や、非切開手術での人体透視、癌細胞への直接照 射による治療などさまざまな場面で X 線が使用されてい る。しかし、医療現場では放射線障害を含めたさまざまな 患者や医療関係者への負担の低減は大きな課題となって いる。心筋梗塞の治療において、動的な冠動脈の造影 (CAG: Coronary Arteriography)が欠かせない。これは、沃素 を含む造影剤をカテーテルにより冠状動脈に直接注入し X 線管により X 線を照射することによって、梗塞部位の 透視を行うものである、ところが、ヨウ素(I)は 33 keV に K エッジがあり、33 keV 前後での X 線吸収の断面積が 5.4 倍程度増加する。したがって、ブロードなエネルギーをも つ制動放射 X 線 (実際には金属板のフィルターを併用) を用いた現在のシステムでは、造影に寄与するエネルギー の X 線量に比べ人体全体に吸収される X 線が多くなって しまい、治療中の患者への大量の放射線被曝を余儀なくさ れる。

この問題を解決する方法として、電子貯蔵リングから のシンクロトロン放射(SR)光を単色化し血管造影に用い る方法が提案されている[1,2]。この方法ならば

造影剤投入は手首静脈から行なうことが可能となり、 患者への負担は軽くなる。この経静脈動的冠状動脈血管造 影:Dynamic IVCAG(Intravenous Coronary Arteriography)は 各方面で研究が進んでいるが、放射光施設は一般的には高 額巨大な装置であり、一般の大学の研究室や病院においそ れと導入できるものではない。しかし、小さな電子線形加 速器(リニアック、linac)を用い、大強度のレーザー光と電 子ビームを衝突させて Compton 散乱(逆 Compton 散乱と呼 ぶ場合もある)により高エネルギーX 線を得る方法を適用 すれば、GeV 程度のエネルギーの電子貯蔵リングで生成 できる X 線に相当するようなエネルギーの X 線を生成可 能な超小型の硬 X 線源が実現でき、IVCAG の普及の可能 性が開ける。

我々は、文部科学省先進小型加速器開発プロジェクト (取りまとめ放射線医学総合研究所)に参画し、従来使用 されて来たSバンド(2856 MHz、波長 10.5 cm)の1/4 の波 長であるXバンド(11.424 GHz、波長 2.4 cm)リニアックを 用いた、より小型の硬X線源を開発している[3,4,5]。Xバ ンドを採用することで、Sバンドのシステムと単純に比較 すると、長さ1/4、体積1/64にすることができる。

本稿では、この X バンドリニアックを用いた小型硬 X 線源の検証実験進行状況について報告する。

2 小型硬 X 線源の概要

我々が提案する小型硬 X 線源は、図1のような、小型のX バンドリニアックで加速された電子ビームをレーザーと衝突させて X 線を発生させるものである¹⁾。熱 RF ガンで生成されたマルチバンチ電子ビームは X バンド加速 管で加速され、パルスレーザー光と衝突する。Compton 散乱により、時間幅 10ns(FWHM)の硬 X 線が生成される。

電子源としてはいろいろな選択枝があるが、X バンド熱 RF ガン(電子銃)を採用する[6]。他に、短バンチ高品質ビ ーム生成が可能なフォトカソード RF ガンも考えられるが、 高度なレーザー技術を要するドライブレーザーが必要に なるため、今回はオプションとした。衝突用レーザーに関 しては、加速器の開発に専念するために、既存のレーザー を使用する。我々はパルス強度 2J/pulse, 繰り返し 10pps, パルス長 10ns(FWHM), 波長 1064nm のQスイッチ Nd:YAG レーザーを採用する。これにより、小型でシンプ ルなX線生成装置が構築できる。



X バンドシステムはリニア子ライダー用のものが KEK にて開発中であり[7]、各コンポーネントについて KEK で 蓄積された技術を積極的に適応してビームラインを構築 する。

X 線強度の計算には、電子ビームの品質を示す規格化 emittance を 10π mm mrad、電荷量を 20 pC/bunch、RF パル スあたりの bunch 数として 10^4 bunches/pulse(RF パルス長:1 µs)を仮定した。最大の X 線強度を得るために、正面衝突 させる。1RF パルスあたりの X 線強度は、各バンチの X 線強度を足し合わせたものであり、レーザーの品質を示す $M^2=1$ のとき 1.69×10^7 photons/pulse($M^2=2$ のとき $1,15 \times 10^7$ photons/pulse)になる。電子ビーム 56 MeV の時、X線 の最大エネルギーは 56 KeV である。

図 2 に、SAD[8]を用いて計算した、現在検討中のビー ム光学系を示す。



3 X バンド RF システムの構築

X 線生成実証実験のための X バンド線形加速器ビーム ラインを茨城県東海村の東大原子力施設に建設中であり、 現在は第一段階として X バンド RF 発生装置の設置と調整 を行っている。 Xバンドクライストロンを駆動する RF モジュレーター 電源は、今回新しく設計製作した。一般的に高出力の X バンドクライストロンは、印可電圧 500kV 近辺での運転 が一般的であり、高耐圧化のため装置も大型になりがちで ある。我々は、小型化を実現するために、パルストランス の1次2次巻き線比を1対32とし PFN を低電圧大電流化 することにより、気中での小型化を実現した。巻き線比に よる特性劣化を押さえるため、1次側は1ターンとした。 また、PFN は4並列とし、スイッチにサイラトロン2本を 使用している。今後半導体スイッチの採用も視野に入れて いる。PFN の充電にはインバーター方式の電源を電源を採 用している。

クライストロンは KEK で開発中 PPM 方式のもの(東芝 E3768)を、設計はそのままに新たに製作した(E3768I)。モ ジュレーター出力が最大 142MW であるので、仮にクライ ストロンの効率 36%でも 50MW のピーク電力を期待でき る(実際はクライストロンの絶対最大定格での制限がある が、効率は 45%以上あると期待している)。クライストロ ンはエージングがなされていない状態での納入となり、こ のエージングと RF 出力試験が本研究の課題の一つとなっ ている。特に問題となるのが、クライストロン出力 RF 窓 の破損であり、KEK での X バンドクライストロン開発の 経過等を踏まえ、ダミーロード内その他での放電による反 射波や発光を捕え RF パルス内でインターロックを掛ける などの対策をとりながら慎重にエージングを進める予定 である。

4 硬×線源の高性能化

前章で述べたように X 線生成の実証実験を行っていくが、 硬 X 線源として開発するには課題がいくつか残されてい る。



図 3 速管を導入した実験体系図(概念図)

血管造影への利用を考慮するとシステム内の放射線バッ クグラウンドの軽減が課題になってくる。そこで、衝突後 の電子ビームを減速させ、低エネルギーでビームをダンプ させてバックグラウンドレベルを軽減させることを検討 している。

減速管を導入した体系で放射線のバックグラウンドを 軽減させるためには、減速管でのビームロスを抑えること が重要となる。ビームロスの要因の一つとして、ビームエ ネルギーの違いに起因する軌道長変化により、減速位相が ずれることが挙げられる。これは、エネルギー回収型リニ アック(Energy Recovery Linac, ERL)で不安定性の原因と なっていることが知られている。

その解決策として、isochronous、すなわちビームを偏向 させてもエネルギーにより軌道長を変化させないような ビーム光学系を導入して、減速管に入射させることにした。 つまり、ビーム軌道差 は運動量誤差 を用いて

 $\Delta = R_{56}\delta$

と表されるので(は転送行列の(5,6)成分)、設計したビーム光学系が =0 を満たせばよい。また、ビームエネルギー変動による X 線生成強度のふらつきを抑えるための衝突点でのパラメーターも考慮しなければならない。

以上を踏まえ、衝突点前後のアーク部について、 isochronous かつ achromatic となるビーム光学系を設計し た。条件は、ビームエネルギー45 MeV、衝突点でのビー ムサイズ 100 mm、β 関数 0.1 m (x,y 共に)とした。シ ミュレーションには、加速器設計プログラム・SAD を用 いた。図5に設計したビーム光学系を示しているが、ビー ムラインで運動量分散関数の正負が逆転させている。これ は、エネルギー差で軌道がずれる方向が反転し両者のバラ ンスをとることにより、最終的には軌道長を揃えているこ とに相当する。



図 4 速管導入ビームラインの衝突点前のア ーク部ビーム光学系。上段はβ関数、下段は 運動量分散関数を示している。またBは偏向 電磁石をQは4極電磁石を表している。

減速管については、現在設計を行っている。既にX線 生成実験用に製作した RDS(Round Detuned Structure)型加 速管[9]の構造を基本としているが、少ない RF パワーでよ り高い減速勾配を達成するため、シャントインピーダンス が大きくなるようシミュレーションを行い、構造を最適化 している。

まとめと今後の予定

我々は、Dynamic IVCAG に用いる超小型硬 X 線源を開 発中であり、X バンド加速器、熱 RF ガンと Q スイッチ Nd:YAG レーザーを用いた小型システムで 10⁸photons/s の X 線の生成が可能であると期待している。本 X 線源の原 理実証のための加速器構築を始めており、第一段階として X バンド RF 源の試験を進めている。平成 17 年度までに 前述のJ字型ビームラインにて、Xバンドシステムによる ビーム加速および、そのビームを用いた X 線発生を実証 する。

本研究の最終目標は図5のようなものである。Xバンド 加速器とレーザー光循環システムを含めたレーザー装置 を大型のアームに収め、患者のいろいろな角度からX線 を照射できるようにする。ビームラインの小型化のため、 収束磁石と偏向磁石を永久磁石で構成し、偏向部には α 型磁石を導入して磁石の数を減らす。衝突後の電子ビーム は減速され、低エネルギーでビームダンプにてダンプさ れる。



図 5 本研究の最終目標

前述の X 線生成実証試験と平行し、医療用小型硬 X 線 源の設計検討を進める。また、X 線生成実験で生成した X 線の医療応用実験の検討も進めていく予定である。

参考文献

- [1]E. Rubenstein, et al., E Proc. Conf Digital Radiogr. 314, 42-49(1981).
- [2]S. Otsuka, et al, British Journal of Radiology 72, 25-28(1999).
- [3] M Uesaka et al., 原子核研究, Vol.47, No.4 (2002), pp.9-21.
- [4] K. Dobashi, et al., ICFA 24th Beam Dynamics Workshop on Future Light Source in SPring-8, Japan, 1-4 March (2002)
- [5] K. Dobashi, et al., 8th European Particle Accelerator Conference in Paris, France, 3-7 June (2002)
- [6] M. Yamanmoto, et al., (2002)
- [7] JLC-1, KEK Report, 92-16(1992).
- [8] SAD(Strategic Accelerator Design): K.Hirata, An introduction to SAD, Second Advanced ICFA Beam Dynamics Workshop, CERN 88-04 (1988)
- [9] H.Sakae, et al., "小型硬X線源用Xバンド加速管の開発", Proceedings of the 27th Linear Accelerator Meeting in Japan, Kyoto, Aug. 7-9, 2002.