PASJ2017 FSP035

SAGA-HIMAT の現状

PRESENT STATUS OF SAGA-HIMAT

金澤光隆#

Mitsutaka Kanazawa

Ion Beam Therapy Center, SAGA-HIMAT Foundation

Abstract

In 2016 financial year, 651 patients were treated at SAGA-HIMAT by use of two treatment rooms. To increase treatment capacity of the facility, we have started the construction of the third treatment room C with a scanning irradiation system at the beginning of 2014. This construction was required to do without interruption on the treatment in room A and room B. With this requirement, installations of the beam line and irradiation devices were carried out in the night time and weak end, and beam tests were also. Now the scanning irradiation system is almost ready for patient treatment with some improvements of control system. In this presentation, we will present of scanning irradiation system.

1. はじめに

九州国際重粒子線がん治療センター(SAGA HIMAT) [1,2]では、2013 年 8 月末に B 室1室での治療がスタート し[3]、2014 年の 4 月には 2 室目の A 室での治療もス タートさせた。その後順調に治療を行う事が出来、年度 ごとの治療患者数を Figure 1 に示すが、当初の事業計 画で想定した値を上回ることができている。



Figure 1: Patient number in each financial year.

Figure 2 に来院患者の県別の患者数を示すが、九州 及び山口県からの患者で94%を占めている。Figure 3 に は部位別の治療患者数を示すが、ほぼ 2/3 が前立腺の 患者が占めている。この様に当初予想した以上の患者 の来院を確認できた初年度の段階で、3 室目の整備の 検討を開始した。A、B 室での治療開始にあたっては、 技術的にも実績のあるワブラー照射法を採用した。其の かいもあり、順調な治療立ち上げを可能にしたと考えら れる。一方、放射線医学総合研究所にて研究開発が進 められていたスキャニング照射法が、2013年の3室目(C 室)の検討を開始時点で実用化されており、この照射法 を使った治療が多くの患者の治療に利用されて、順調に 利用されていた。そこでSAGA-HIMATでも、3 室目では このスキャニング照射法を採用する事にした。2014年度 からは正式にメーカーとC 室整備の契約し、3 年間で完

kanazawa-mitsu@saga-himat.jp

成させる計画とした。その際条件としたのは、A及びB室 での治療には影響しないようにという事で、建設作業の ための特別な治療休止期間は設けなかった。したがって 建屋の工事、装置設置及び装置立ち上げは、センター がビームを使わない夜間、週末及び7月後半に設けて いる2週間の装置メンテナンス期間を利用して行はれた。 現在、このC室でのスキャニング照射装置はビーム試験 が順調に進み[4]、薬機承認も下りて、治療照射に向け て制御ソフト整備及びビームテストを行っている所である。 本報告では、SAGA-HIMATの運転状況を含めた現状 について報告する。



Figure 2: Patient number of each cancer type.



Figure 3: Patient number of each prefecture.

2. 加速器の運転状況

これまで治療開始からほぼ4年が経過して、その間運転で出てきた不具合の改善等行ってきた。Figure 4 に2014年度から各系の装置の不具合件数を示す。2016年度の大きな変化としては照射系のトラブルが減少していることで、これは治療台のサーボアンプの電源を動作させていない時は電源を切るようにしたことが寄与している。又、この年に入射系の件数が増大しているのは、 RFQ型線形加速器の終段アンプの真空管のスクリーングリッド・クローバー回路動作が頻発したためである。これは2016年7月に新しい真空管に交換してからの現象である。幸いクローバー回路が動作するのは、朝に線形加速器を立ち上げて30分以内が多く、この場合は治療照射には影響しないので、この真空管の使用を継続した。



Figure 4: Years trouble frequencies in each system.



Figure 5: Discharge frequencies of RFQ and IH linac.

又、この装置不具合にはカウントしていないが、治療照 射に影響しているものとして、RFQ型線形加速器の連続 放電がある。この放電が治療照射中に起こり止まらなけ れば、その患者の治療照射を中断する事にもつながるた め、解決したい現象である。この放電の頻度を Figure 5 に示すが、だんだん枯れてくるような様子はなく、放電が 少ない時期と多い時期が交互に繰り返すように見える。 Figure 5 には IH 型線形加速器の放電頻度も示すが、IH 型の場合の放電は、単パルスの場合がほとんどであり、 治療照射に対する影響は小さい。



Figure 6: Base current of an extraction HV power supply of ECR ion source.

又、以前から問題になっていた、イオン源の引き出し電源のベース電流が、引き出し電極を交換した後は低いが、 Figure 6 に示すように運転時間が 3~4 か月で上昇してき て、電源が設定電圧の 30kV 出せなくなっていた。この 問題は、運転しているうちに、徐々にビーム強度が増加 してきた段階で、メタンガスの流量を絞ることによって避 けられることが分かった。このことから引き出し電極の処 の真空度が関係していると考えられた。そこで 2016 年の メンテナンスの時に、アノード電極の中心以外にあった 穴を塞いだものを使用し、引き出し電極部の真空度の改 善をした。その結果、引き出し電極交換直後のメタンガス の流量が多い時のベース電流も小さくできて、かつ必要 なビーム強度の 200μA(C⁴⁺)程度は得られることがわかっ た。現在電極交換から1年が経過しているがベース電流 の上昇は見られず、安定した運転ができている(Figure 6)。

3. スキャニング照射室立ち上げの現状

A及び B治療室の運用開始時点では C治療室への ビームラインは偏向電磁石の設置及びケーブル配線の みがされていた。今回の工事ではその他のビーム輸送 系機器及び照射系機器の設置を行った。C 治療室整備 の計画は 2014 年度初めにスタートし、現在ハードウエア 的には完成している。治療室の様子を Figure 7 に示す が、この5月末には薬機承認を受けることができている。 この治療室での治療台及び位置決めシステムは B 室と 全く同じ設計にしており、A、B 室での使い勝手と同じに なるようにしている。Table 1 にスキャニング照射システム の主要パラメータを示すが、方式としては放射線医学総 合研究所にて実績があり、システムの立ち上げが短期間 で済むと考えられる、ハイブリッド方式を採用した。照射 機器の配置はアイソセンターからの距離が水平と垂直で 同じ位置関係になるように配置されている。上流からス キャニング電磁石(x,y)、正副線量モニター、正副位置モ ニター(x,y)、リップルフィルター、レンジシフターが配置さ れている。位置決めのための X 管はスペースの制約で 線量モニター及び位置モニターと同一のフレームに取り 付けられて、それぞれ利用するときにビームライン上に 移動させて使用する。

スキャニング電磁石と電源の仕様は 240×240mm² の 範囲を走査できるように、かつ呼吸同期照射に対応でき

Proceedings of the 14th Annual Meeting of Particle Accelerator Society of Japan August 1-3, 2017, Sapporo, Japan

PASJ2017 FSP035

るようなスキャンスピードが得られるように決めた(体軸方 向:100m/s、横方向:50m/s)。Figure 8 には 100MeV/u か ら 400MeV/u までのスキャニングで利用する各エネル ギーのアイソセンターでのビームサイズをリップルフィル ターの $\sigma=1 \text{ mm} \ge \sigma=2 \text{ mm}$ それぞれの場合について示す。 ビームエネルギーの減少と共にビームサイズは増大する ので、ビームエネルギーは低いが複雑な形状が予想さ れる頭頚部のような場合にはσ=1 mm のリップルフィル ターの利用を想定している。計画した正確な線量分布を 得るためにはスキャニング電磁石でスキャンするビーム の高い位置精度が必要である。そこでシステムでは位置 モニターを使ったフィードバックを適用する。2mm間隔で ビームを照射した場合について、Figure 9-1 はフィード バックを使わない場合で、Figure 9-2 はフィードバックを 適用した場合である。フィードバックを使った場合には ビーム位置は±0.1mm 以内に入っており、十分精度よく ビーム位置を制御出来ている事を確認できた。

立方体の照射テストではビームの飛程をシンクロトロン のエネルギーとレンジシフターの厚さを制御して、 60×60×80mm³の体積を物理線量が一様になるように照 射した。シンクロトロンのエネルギーは 350, 380, 400MeV/u を利用し、リップルフィルターのσ=2mm (σ) のものを使用した。線量分布(計画値)を測定値と共に Figure 10 に示すが、計画値と測定値が良く一致しており、 精度よくスキャニング照射出来る事を確認できた。スキャ ニング照射のハードウエアの動作精度は確認できたので、 今後は制御ソフトウエアの整備を行って、治療照射がで きるようにする予定である。又、最初はσ=2mmのリップル フィルターの利用を先行させるが、σ=1mm のリップル フィルターの利用についても早期に開始する予定である。 スキャニングの呼吸同期照射に関しては装置としては対 応しているので、これについても、検証を経て利用する 予定である。

Table 1: Specs of the Irradiation System

Max. field size	220×220 mm ²
Beam energy	$100 \sim 400 \text{ MeV/u}$, eleven steps
Range shifter	$0.25 \sim 16$ mm, seven leaves
Beam intensity	$3 \sim 30 \times 10^7$ pps, five steps
Ripple filter	σ=1 mm (AL),
	$\sigma=2 \text{ mm} (\text{PMMA})$
Scanning speed	100 m/s (x),
	50 m/s (y)



Figure 7: Treatment room C.



Figure 8: Beam spot sizes at the iso-center with ripple filter of σ =1mm and 2mm.



Figure 9-1: Scanned beam Figure 9-2: Scanned beam position without feedback. position with feedback.



Figure 10: Measured transverse dose distribution at the center of SOBP. Red line shows the planned value.

謝辞

このスキャニング照射装置の設計、製作、及び ビームテストに関して、築島千尋氏をプロジェクト マネージャーとする三菱電機(株)に感謝します。 又、スキャニング照射装置の設計検討及びビームテ ストに関して群馬大学・重粒子線医学研究センター 及び放射線医学総合研究所・加速器工学部の方々か らの有益なアドバイスに感謝いたします。

参考文献

- [1] 九州国際重粒子線がん治療センター、事業計画 Ver.2.0, Jan, 29, 2010.
- [2] M. Endo et al., SAGA-HIMAT, PTCOG49, May 2010.
- [3] M. Kanazawa *et al.*, "Beam Test of SAGA-HIMAT", Proceedings of the 10th PASJ, Nagoya, Aug. 3-5, 2013, pp.9-13.
- [4] M. Kanazawa *et al.*, "Construction of a Scanning System at SAGA-HIMAT", Proceedings of the 13th PASJ, Chiba, Aug. 8-10, 2016, pp.233-237.