PASJ2016 WEOL02

# 重粒子線がん治療装置用 C<sup>6+</sup>イオン源・高周波四重極線形加速器の

# ビーム加速試験

# BEAM ACCELERATION TEST OF C<sup>6+</sup> ION SOURCE AND RFQ LINAC FOR CARBON ION RADIOTHERAPY

佐古貴行#, A), 山口晶子 A), 竹内猛 A), 佐藤潔和 A),

後藤彰<sup>B)</sup>, 岩井岳夫<sup>B)</sup>, 根本建二<sup>B)</sup>, 嘉山孝正<sup>B)</sup>, 野田悦夫<sup>C)</sup>

Takayuki Sako <sup>#, A)</sup>, Akiko Yamaguchi <sup>A)</sup>, Takeuchi Takeshi <sup>A)</sup>, Kiyokazu Sato <sup>A)</sup>,

Akira Goto<sup>B)</sup>, Takeo Iwai<sup>B)</sup>, Kenji Nemoto<sup>B)</sup>, Takamasa Kayama<sup>B)</sup>, Etsuo Noda<sup>C)</sup>

A) Toshiba Corporation,

<sup>B)</sup> Yamagata University,

<sup>C)</sup> National Institute of Radiological Sciences

#### Abstract

A prototype of  $C^{6+}$  injector using a laser ion source and a 4-vane RFQ linac has been developed for a compact synchrotron dedicated to carbon ion radiotherapy. Ion beams are extracted from plasma and directly injected into the RFQ. The RFQ is designed to accelerate high-intensity pulsed  $C^{6+}$  beam. A solid-state amplifier capable of providing 150 kW was used to power the RFQ. In beam acceleration and energy analysis tests applied less than 100 kW RF power,  $C^{6+}$  ions were accelerated to 0.60MeV/u, and the number of accelerated ions was  $1.8 \times 10^{10}$ . Requirements for the energy and number of accelerated ions for carbon ion radiotherapy system were achieved.

#### 1. はじめに

従来、重粒子線がん治療装置の入射器では ECR イオン源で C<sup>4+</sup>イオンを生成、後段の高周波四重極線形加速器(RFQ)およびドリフトチューブ線形加速器(DTL)で加速後に C<sup>6+</sup>イオンへと変換している。イオン源で C<sup>6+</sup>イオンを直接生成することができれば、加速効率が向上し、入射器の短尺化もしくは省電力化が可能となる。

その多価イオン源として固体標的からのレーザアブレーションを利用するレーザイオン源が開発されてきた。 レーザイオン源は効率的な多価イオン生成が可能であ るが、大強度重イオンビームの空間電荷効果のために 後段加速器への入射効率の向上が課題となる。この課 題を解決するため直接プラズマ入射法が開発されてきた [1-4]。本研究では、直接プラズマ入射法を採用した省電 力型 C<sup>6+</sup>レーザイオン源および RFQ を開発した。ビーム 加速試験を実施し、重粒子線がん治療装置の入射器と しての成立性を検証した。

## 2. レーザイオン源

Figure 1 にレーザイオン源および RFQ のビーム試験 セットアップを示す。波長 1064nm、最高エネルギー1.7J、 パルス幅 10ns (FWHM)の Nd:YAG レーザをミラーを 介して真空容器内の焦点距離 150mm のレンズで収束、 固体炭素標的に照射してプラズマを生成した。レーザア ブレーションにより生成されたプラズマは RFQ での輸送 効率向上のためピーク電流値低減・パルス幅拡大を目 的として 700mm のソレノイドコイルを巻いたノズルを介し て RFQ へと入射される。イオン源チェンバーと RFQ 間 に 40kV を印加し、プラズマ中から多価イオンをビームと して引き出した。



Figure 1: Photograph of the ion-source and RFQ.

## 3. RFQ

C<sup>6+</sup>イオンを直接生成可能なレーザイオン源の特長を 活かした省電力型 RFQ を開発した。空洞長を重粒子線 がん治療装置の従来型 RFQ と同等の 2.5m [5]とするこ とで消費電力低減を目指した。目標投入 RF パワー

<sup>#</sup> takayuki1.sako@toshiba.co.jp

#### Proceedings of the 13th Annual Meeting of Particle Accelerator Society of Japan August 8-10, 2016, Chiba, Japan

## PASJ2016 WEOL02

100kW 以下に対し、90kW でで設計した。セルパラメー タの最適化には R. A. Jameson 氏により開発された LINACS v2を用いた。RFQ の主要パラメータを Table 1 に示す。RFQ は電極と空洞を一体化し、上部ベインと上 部空洞、中央の水平 2 ベインと中央空洞、下部ベインと 下部空洞の 3 ピース構造で製造し、アラインメント精度と Q 値向上の両立を図った。パワー投入時の安定性向上 を目的として、3 ピース共に無酸素銅削り出し、鍍金レス 工法とした。組立後のネットワークアナライザーによる測 定の結果、Q 値 12000 を達成した[6]。

RFQ の高周波源には半導体高周波増幅器を採用した。公称定格出力 150kW、消費電力は 10kVA 以下であり、従来型 RFQ の真空管高周波増幅器に比べ 1/4 以下の省電力化が可能である。8 時間連続 90kW-500 µsec-1Hz RF パワー投入試験では無放電運転を実証しており、本 RFQ の安定性が示された。

Table 1. Ki Q Speemeations [0]	
Injection energy	20 keV/u
Extraction energy	600 keV/u
Operating frequency	200 MHz
Electrode type	4-Vane
Charge to mass ratio	1/2
Tank length	2520 mm
Tank width	487 mm
Tank height	407 mm
Synchronous phase	-30 degree
Minimum bore radius	2 mm
Material	Oxygen-free copper

## Table 1: RFQ Specifications [6]

#### 4. ビーム加速試験

.

RFQ 下流にカレントランス(CT)、偏向電磁石、ファラ デーカップ(FC)を順に配置し、ビーム加速・価数分離試 験を実施した。Figure 2 に試験体系を示す。



Figure 2: Configuration of the laser ion source, the RFQ and beam measuring instruments.

Figure 3 に RF パワー設計値 90kW での RFQ 加速 ビーム信号をスリット無挿入でファラデーカップにより測 定した結果を示す。以降の議論ではファラデーカップも しくはカレントトランスで得られた TOF スペクトルを積分し てイオン個数を導出した。



Figure 3: Beam signal obtained after the RFQ and the dipole magnet without slits.

Figure 4 に RFQ 投入パワーをパラメータとして、ソレノ イドコイルで 9mT の磁場[6]を発生させた場合のイオン 個数測定結果を示す。電磁石分離前のカレントトランス では C<sup>6+</sup>、C<sup>5+</sup>などの価数が混在したビームが測定される。 電磁石分離後のファラデーカップでは 0.6MeV/u C<sup>6+</sup> イ オンを選択するよう磁場強度を設定した。



Figure 4: Numbers of accelerated ions after the RFQ. CT means Current Transformer before the dipole magnet, and FC means after the magnet. Error bars mean only statistical errors.

 $C^{6+}$  イオンのみが選択されるファラデーカップによるイオン個数測定結果から RF 投入パワー80kW 以上で加速イオン個数の飽和領域が観測された。イオン個数は目標とする 100kW 以下で  $1.8 \times 10^{10}$  個/パルス、RF パワー設計値 90kW では  $1.7 \times 10^{10}$  個/パルスであった。一方で、 $C^{5+}$ などの価数が混在するカレントトランスの結果で

PASJ2016 WEOL02

は同領域でのイオン個数の飽和は確認できなかった。これは設計 Q/M=1/2 より小さい C<sup>5+</sup>の加速には電圧が不足することを意味する。

## 5. エネルギー分析試験

偏向電磁石-ファラデーカップ間にスリットを挿入した RF パワー設計値 90kW 投入時のエネルギー分析試験 の結果を Figure 5(C<sup>6+</sup>)および Figure 6(C<sup>5+</sup>)に示す。イ オン源と RFQ 間の印加電圧を 40kV で固定し、C<sup>6+</sup>イオ ンは 20keV/u、C<sup>5+</sup>イオンは 17keV/u 入射に相当する。

 $C^{6+}$ イオンの中心エネルギーの測定値は 0.60 MeV/u であり、設計値 0.6MeV/u と一致した。 $C^{5+}$ イオンの中心 エネルギーは 0.58 MeV/u であった。



Figure 5:  $C^{6+}$  beam energy distribution measured by a set of the faraday cup, slits and the dipole magnet after the RFQ. Error bars mean only statistical errors.



Figure 6: C<sup>5+</sup> beam energy distribution.

### 6. まとめ

省電力型 C<sup>6+</sup>レーザイオン源および RFQ を開発した。 RF パワー投入試験の結果、8 時間連続無放電運転を 実証した。ビーム加速試験では C<sup>6+</sup>イオンを設計通り 0.60MeV/u まで加速できることを確認した。また、目標と する 100kW 以下のパワー投入で加速イオン個数 1.8× 10<sup>10</sup> 個/パルスを観測した。重粒子線がん治療装置の入 射器に必要とされるイオン個数 1.0×10<sup>10</sup> 個/パルスを達 成しており、基本的成立性を実証した。

今後のレーザイオン源の実用化においては長時間運 転時のイオン個数安定性を検証する必要がある。

#### 謝辞

本研究の一部は平成 25 年度補正予算「次世代型重 粒子線がん治療装置の開発に向けた革新的技術開発」 によって実施されたものである。

#### 参考文献

- [1] M. Okamura et al., Rev. Sci. Instrum. 73, 761 (2002).
- [2] T. Takeuchi et al., Rev. Sci. Instrum. 73, 764 (2002).
- [3] T. Takeuchi *et al.*, Rev. Sci. Instrum. 73, 767 (2002).
- [4] H. Kashiwagi et al., Rev. Sci. Instrum. 75, 1569 (2004).
- [5] Y.Iwata *et al.*, Nucl. Instrum. Meth. A 572, 1007(2007).
- [6] T.Sako *et al.*, Rev. Sci. Instrum. 87, 02C109 (2016).