



---

Nama: **Joshua Palti Sinaga(122140141)**, **Irma Amelia Novianti(122140128)**

Tugas Ke: **Tugas Besar**

Mata Kuliah: **Pengolahan Sinyal Digital (IF3024)**

Tanggal: 31 Mei 2025

---

## 1 Deskripsi Proyek

Proyek bertujuan untuk mendeteksi dan mengukur sinyal respirasi (pernapasan) dan sinyal detak jantung (rPPG - remote photoplethysmography) secara real-time menggunakan kamera webcam. Sistem ini dibangun dengan bahasa pemrograman Python dan menggabungkan berbagai teknologi seperti OpenCV untuk pemrosesan video, MediaPipe untuk deteksi wajah, serta algoritma POS (Plane-Orthogonal-to-Skin) untuk ekstraksi sinyal rPPG dari perubahan warna pada wajah. Sinyal respirasi diperoleh melalui analisis gerakan bahu pengguna, sementara sinyal detak jantung dihitung berdasarkan sinyal RGB yang difilter dan dianalisis menggunakan transformasi Fourier. Sistem ini juga dilengkapi fitur deteksi manual untuk membandingkan estimasi sinyal otomatis dengan input pengguna secara langsung.

## 2 Teknologi

Teknologi yang digunakan dalam mengerjakan Final Project ini adalah sebagai berikut :

- Python adalah bahasa pemrograman tingkat tinggi dan memiliki sintaks yang sederhana serta library yang memudahkan dalam membuat program, termasuk untuk mengolah gambar, video dan data.
- OpenCV adalah library yang digunakan untuk memproses gambar dan video seperti mengenali wajah atau melacak gerakan objek dari kamera dan bekerja secara real-time.
- MediaPipe adalah teknologi yang bisa mengenali dan melacak bagian tubuh manusia seperti wajah, tangan, dan gerakan tubuh dari video.
- POS (Plane-Orthogonal-to-Skin) adalah metode untuk mendeteksi detak jantung dari video wajah dengan cara mengolah informasi tentang perubahan intensitas warna RGB pada area wajah, dan memisahkan sinyal penting dari gangguan cahaya atau gerakan.

## 3 Cara Kerja

Sistem ini bekerja dengan memanfaatkan webcam untuk menangkap video pengguna secara real-time. Setiap frame dari video yang ditangkap diproses untuk deteksi wajah menggunakan teknologi MediaPipe Face Detection. Kemudian dilakukan tracking menggunakan metode Lucas-Kanade dengan cara mencari titik-titik landmark pada wajah. Dari titik-titik ini, sistem menentukan area tertentu pada wajah (Region of Interest/ROI) untuk mengambil nilai rata-rata warna RGB. Nilai-nilai RGB ini kemudian digunakan dalam algoritma POS (Plane-Orthogonal-to-Skin) yang mengubahnya menjadi sinyal rPPG,

yang kemudian difilter menggunakan filter bandpass dan dianalisis oleh FFT (Fast Fourier Transform) untuk menghitung perkiraan denyut jantung dalam BPM (beats per minute).

Sistem ini juga mendeteksi gerakan bahu dari posisi vertikal dalam frame video. Nilai-nilai perubahan posisi ini diproses menjadi sinyal pernapasan yang juga difilter dan dianalisis untuk mendapatkan frekuensi napas dalam BPM. Selain metode otomatis ini, sistem menyediakan fitur input manual, di mana pengguna dapat menekan tombol saat merasakan detak nadi atau bernapas. Data waktu ketukan ini digunakan untuk menghitung BPM manual sebagai perbandingan terhadap hasil dari proses otomatis. Semua hasil pemrosesan sinyal ditampilkan secara visual melalui antarmuka atau grafik, untuk pemantauan detak jantung dan pernapasan.

## 4 Analisis Matematis Filter yang Digunakan

Sistem ini menggunakan empat jenis filter sinyal digital untuk membersihkan dan memproses sinyal rPPG dan respirasi secara real-time. Setiap filter memiliki berfungsi untuk mengurangi noise dan mendapatkan sinyal yang diharapkan.

### 4.1 Filter Butterworth Bandpass

Filter Butterworth Bandpass adalah filter yang hanya membolehkan frekuensi dalam rentang tertentu sambil memblokir frekuensi di luar rentang tersebut [1]. Filter ini berguna untuk memisahkan sinyal detak jantung dari noise lain seperti gerakan tubuh atau perubahan pencahayaan.

#### 4.1.1 Rumus dan Implementasi

```

1 def bandpass_filter(self, data, low_freq, high_freq):
2     data_array = np.array(list(data)[-60:])
3     nyquist = self.fps / 2 # = 15 Hz untuk fps=30
4     low = low_freq / nyquist
5     high = high_freq / nyquist
6
7     b, a = signal.butter(3, [low, high], btype='band')
8     filtered = signal.filtfilt(b, a, data_array)
9     return filtered[-1]
10

```

#### 4.1.2 Parameter Filter untuk Heart Rate

Untuk sinyal rPPG (heart rate), sistem menggunakan:

- **Orde filter:**  $N = 3$  (filter Butterworth orde 3)
- **Frekuensi cutoff bawah:**  $f_{low} = 0.8$  Hz (48 BPM)
- **Frekuensi cutoff atas:**  $f_{high} = 2.8$  Hz (168 BPM)
- **Frekuensi Nyquist:**  $f_{nyq} = \frac{f_s}{2} = \frac{20}{2} = 10$  Hz

Frekuensi normalisasi yang digunakan:

$$\omega_{low} = \frac{f_{low}}{f_{nyq}} = \frac{0.8}{15} = 0.8$$

$$\omega_{high} = \frac{f_{high}}{f_{nyq}} = \frac{2.8}{10} = 0.28$$

Frekuensi normalisasi merupakan frekuensi yang dinormalisasi menjadi rentang frekuensi antara 0 hingga 1, dimana 1 adalah frekuensi Nyquist. Parameter ini diperlukan agar filter dapat bekerja konsisten tanpa terpengaruh oleh sampling rate.

### 4.1.3 Parameter Filter untuk Respiration Rate

Untuk sinyal respirasi, sistem menggunakan:

- **Orde filter:**  $N = 3$
- **Frekuensi cutoff bawah:**  $f_{low} = 0.1$  Hz (6 RPM)
- **Frekuensi cutoff atas:**  $f_{high} = 0.8$  Hz (48 RPM)

Frekuensi normalisasi:

$$\omega_{low} = \frac{0.1}{10} = 0.01$$

$$\omega_{high} = \frac{0.8}{10} = 0.08$$

## 4.2 Filter Savitzky-Golay

Filter Savitzky-Golay adalah filter penghalus (smoothing filter) yang menggunakan teknik fitting polinomial untuk mengurangi noise tanpa merusak bentuk asli sinyal. Filter ini sangat baik untuk mempertahankan puncak dan lembah sinyal yang penting untuk deteksi detak jantung [2]. Filter ini bekerja dengan mengambil sejumlah titik data di sekitar setiap sampel, kemudian mencocokkan kurva polinomial melalui titik-titik tersebut. Nilai yang dihaluskan adalah nilai polinomial pada titik tengah. Proses ini dilakukan untuk setiap sampel, sehingga menghasilkan sinyal yang lebih halus tapi tetap mempertahankan karakteristik penting.

### 4.2.1 Rumus dan Implementasi

```

1 def apply_savgol_filter(self, data, window_length=11, polyorder=3):
2     data_array = np.array(list(data)[-window_length:])
3     filtered = savgol_filter(data_array, window_length, polyorder)
4     return filtered[-1]
5 
```

Rumus dasar Savitzky-Golay:

$$y_{smoothed}[i] = \sum_{j=-m}^m C_j \cdot y[i+j]$$

dimana  $C_j$  adalah koefisien yang dihitung dari fitting polinomial dan  $m = \frac{window\_length-1}{2}$ .

### 4.2.2 Parameter yang Digunakan

- **Heart Rate Signal:** Window length = 14, Polynomial order = 4

## 4.3 Moving Average Filter

Moving average filter adalah filter yang menghitung rata-rata dari sejumlah titik data berturut-turut. Filter ini efektif untuk mereduksi noise frekuensi tinggi [3]. Filter ini digunakan untuk menghaluskan sinyal dari bahu sebelum analisis respirasi, mereduksi fluktuasi cepat yang diakibatkan oleh gerakan kecil atau noise. Pada sistem, filter ini mengambil 15 sampel di sekitar setiap titik data (7 sebelumnya, titik saat ini, dan 7 sesudahnya), kemudian menghitung rata-ratanya. Filter ini membuat sinyal lebih halus dan menghilangkan perubahan cepat yang tidak relevan untuk deteksi respirasi.

### 4.3.1 Rumus dan Implementasi

```

1 # Moving window smoothing dengan window size = 15
2 for i in range(len(y_window)):
3     start_idx = max(0, i - self.shoulder_smoothing_window // 2)
4     end_idx = min(len(y_window), i + self.shoulder_smoothing_window // 2 + 1)
5     smoothed_window.append(np.mean(y_window[start_idx:end_idx]))
6

```

Rumus centered moving average:

$$y[n] = \frac{1}{N} \sum_{k=-\frac{N-1}{2}}^{\frac{N-1}{2}} x[n+k]$$

dimana  $N = 15$  adalah ukuran window.

### 4.3.2 Parameter yang Digunakan

- **Window size:** 15 sampel

## 4.4 Windowing untuk FFT Analysis (Hanning Window)

Hanning window adalah fungsi jendela berbasis kosinus yang digunakan sebelum FFT (Fast Fourier Transform) untuk mengurangi efek spectral leakage akibat pemotongan sinyal. Dengan meredam nilai sinyal di awal dan akhir segmen, window ini membantu menghasilkan spektrum frekuensi yang lebih akurat dan bersih [1].

### 4.4.1 Rumus dan Implementasi

```

1 def estimate_heart_rate(self):
2     data = np.array(list(self.pos_savgol_buffer)[-150:])
3     data = data - np.mean(data)
4     windowed = data * np.hanning(len(data)) # Aplikasi Hanning window
5     fft_vals = np.abs(np.fft.fft(windowed))
6

```

Rumus Hanning window:

$$w[n] = 0.5 \left( 1 - \cos \left( \frac{2\pi n}{N-1} \right) \right)$$

dimana  $n = 0, 1, 2, \dots, N-1$  dan  $N$  adalah panjang window.

### 4.4.2 Parameter yang Digunakan

- **Window length:** 150 sampel untuk heart rate, 180 sampel untuk respiration

## 5 Implementasi Program

### 5.1 Mendownload seluruh isi project dari GitHub ke komputer lokal

- Buka terminal atau command prompt
- Jalankan perintah berikut :

```

1 git clone https://github.com/jo0707/dsp-realtime-rppg-respiration.git

```

- Masuk ke dalam direktori proyek

```
1 cd dsp-realtime-rppg-respiration
```

Perintah git clone akan menyalin semua file dari repositori ke folder lokal, lalu perintah cd digunakan untuk masuk ke dalam direktori proyek tersebut.

## 5.2 Buat dan aktifkan virtual environment (Opsional)

- Untuk Linux/Mac :

```
1 uv venv
2 source venv/bin/activate
```

- Untuk Windows

```
1 uv venv
2 .venv\Scripts\activate
```

Aktifkan virtual environment agar paket python yang digunnnakan tidak bercampur dengan sistem global. Virtual environment adalah lingkungan Python terpisah, yang membantu mencegah konflik antar proyek.

## 5.3 Install Semua Depedency

Setelah environment aktif, instal semua paket yang dibutuhkan dengan menjalankan:

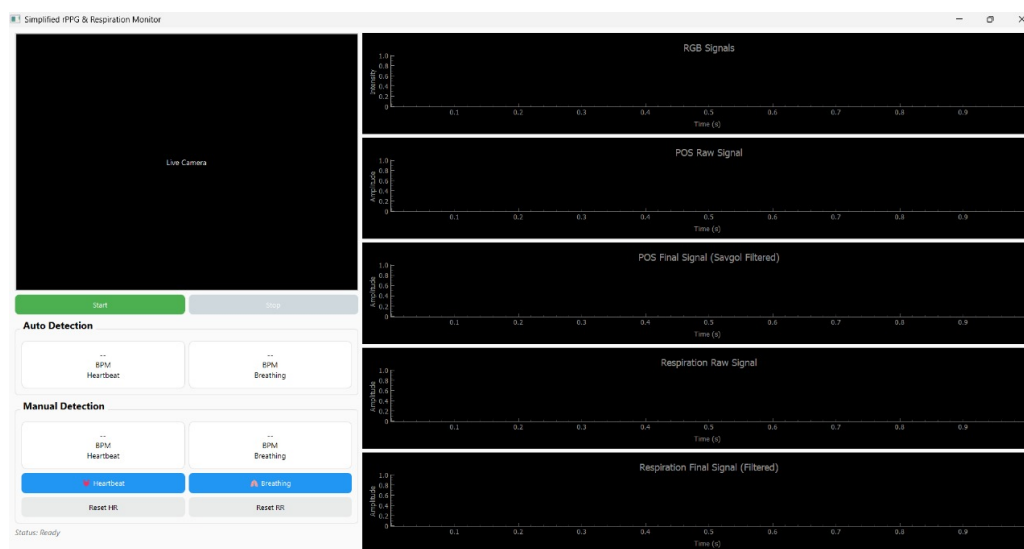
```
1 pip install -r requirements.txt
2
3 uv pip install -r requirements.txt // jika menggunakan uv
```

Perintah ini akan membaca file requirements.txt dan menginstal semua library seperti opencv-python, numpy, mediapipe, dan lainnya yang diperlukan program agar bisa berjalan.

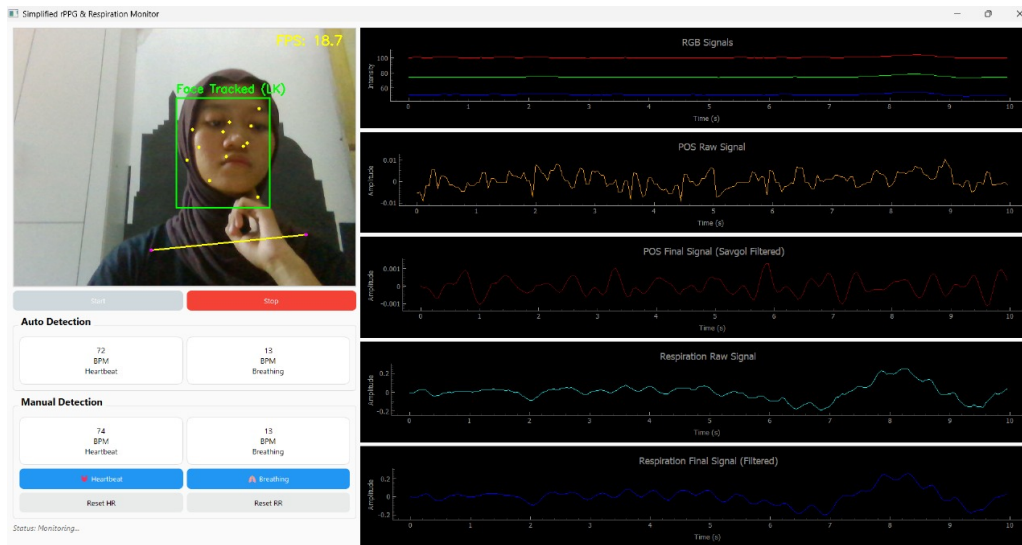
## 5.4 Jalankan Program

```
1 python main.py
```

File main.py akan menjalankan program secara real-time Rekan tombol start untuk memulai program



Gambar 1: Tampilan sebelum start



Gambar 2: Tampilan ketika program berjalan

- Sistem akan mulai melakukan perhitungan estimasi rPPG dan pernafasan.
- sistem menyediakan fitur input manual, di mana pengguna dapat menekan tombol saat merasakan detak nadi atau bernapas
- Semua hasil pemrosesan sinyal ditampilkan secara visual melalui antarmuka atau grafik, untuk pemantauan detak jantung dan pernafasan.

## 6 Alur Pemrosesan Sinyal

### 6.1 Inisialisasi Sistem dan Pengaturan FPS

```

1 def main():
2     app = QApplication(sys.argv)
3     fps = 20
4     buffer_size = 200
5
6     camera_processor = CameraProcessor(fps=fps)
7     signal_processor = SignalProcessor(fps=fps, buffer_size=buffer_size)
8
9     window = MainWindow(camera_processor, signal_processor)
10    window.show()
11

```

Sistem dimulai dengan inisialisasi komponen utama: CameraProcessor untuk pengolahan video, Signal-Processor untuk analisis sinyal, dan MainWindow untuk antarmuka pengguna. Parameter FPS diset ke 20 dan buffer size 200 untuk optimasi performa real-time.

### 6.2 Pengambilan Frame dari Webcam dengan GUI

```

1 def start_monitoring(self):
2     self.cap = cv2.VideoCapture(0)
3     self.cap.set(cv2.CAP_PROP_FPS, self.camera_processor.fps)
4     self.timer.start(33) # ~30 FPS
5     self.start_btn.setEnabled(False)
6     self.stop_btn.setEnabled(True)
7     self.status_label.setText("Status: Monitoring...")

```

Proses monitoring dimulai ketika tombol "Start" ditekan. Sistem menggunakan QTimer dengan interval 33ms untuk mencapai 30 FPS dalam pemrosesan frame. Status GUI diperbarui untuk menunjukkan sistem sedang aktif.

### 6.3 Deteksi Wajah dengan MediaPipe dan Lucas-Kanade Tracking

```

1 def detect_face_initial(self, frame):
2     rgb_frame = cv2.cvtColor(frame, cv2.COLOR_BGR2RGB)
3     results = self.face_detection.process(rgb_frame)
4
5     if results.detections:
6         detection = results.detections[0]
7         bbox = detection.location_data.relative_bounding_box
8         # Definisi area dahi (forehead region)
9         forehead_y = y + int(height * 0)
10        forehead_height = int(height * 0.9)
11        forehead_x = x + int(width * 0.1)
12        forehead_width = int(width * 0.7)
13
14        # Buat grid tracking points di area dahi
15        key_points = []
16        for i in range(points_per_col):
17            for j in range(points_per_row):
18                px = forehead_x + (j * forehead_width // (points_per_row - 1))
19                py = forehead_y + (i * forehead_height // (points_per_col - 1))
20                key_points.append([px, py])
21

```

Deteksi wajah awal menggunakan MediaPipe untuk menentukan bounding box wajah. Sistem membuat grid 4x3 tracking points pada area dahi (90

### 6.4 Tracking Wajah dengan Lucas-Kanade Optical Flow

```

1 def track_face_lk(self, frame):
2     gray = cv2.cvtColor(frame, cv2.COLOR_BGR2GRAY)
3
4     new_points, status, error = cv2.calcOpticalFlowPyrLK(
5         self.prev_gray, gray, self.face_points, None, **self.lk_params)
6
7     status = status.flatten()
8     good_new = new_points[status == 1]
9
10    if len(good_new) < 6:
11        return None # Tracking gagal, perlu re-detection
12
13    self.face_points = good_new.reshape(-1, 1, 2)
14    self.prev_gray = gray.copy()
15

```

Setelah deteksi awal, sistem menggunakan Lucas-Kanade optical flow untuk tracking yang lebih efisien. Parameter tracking: winSize=(15,15), maxLevel=2, criteria berdasarkan EPS dan COUNT. Jika kurang dari 6 points yang valid, sistem kembali ke re-detection.

### 6.5 Ekstraksi Sinyal RGB dari Area Wajah

```

1 def detect_face(self, frame):
2     # ...existing tracking code...

```

```

3
4     face_region = frame[y_min:y_max, x_min:x_max]
5     if face_region.size > 0:
6         b_mean = np.mean(face_region[:, :, 0])
7         g_mean = np.mean(face_region[:, :, 1])
8         r_mean = np.mean(face_region[:, :, 2])
9
10        # Visualisasi tracking
11        cv2.rectangle(frame, (x_min, y_min), (x_max, y_max), (0, 255, 0), 2)
12        for point in self.face_points:
13            x, y = point.ravel()
14            cv2.circle(frame, (int(x), int(y)), 3, (0, 255, 255), -1)
15
16        return r_mean, g_mean, b_mean
17

```

Dari area wajah yang berhasil di-track, sistem menghitung nilai rata-rata RGB. Area ini divisualisasikan dengan rectangle hijau dan tracking points kuning pada GUI real-time.

## 6.6 Penyimpanan Sinyal RGB ke Buffer

```

1 def process_rgb_signal(self, r, g, b):
2     if r is not None and not np.isnan(r) and not np.isnan(g) and not np.isnan(b):
3         self.rgb_buffer.append([r, g, b])
4
5     if len(self.rgb_buffer) >= self.min_window:
6         recent_rgb = np.array(list(self.rgb_buffer)[-self.min_window:])
7         recent_rgb = recent_rgb.T.reshape(1, 3, -1)
8

```

Nilai RGB yang valid (tidak None dan tidak NaN) disimpan dalam rgb\_buffer dengan ukuran maksimal 200 sampel. Minimum window untuk POS algorithm adalah 48 sampel (1.6 detik  $\times$  30 FPS).

## 6.7 Algoritma POS (Plane-Orthogonal-to-Skin)

```

1 def simple_pos_algorithm(self, signal):
2     eps = 1e-9
3     X = signal
4     P = np.array([[0, 1, -1], [-2, 1, 1]], dtype=np.float64)
5
6     for n in range(self.min_window-1, f):
7         m = n - self.min_window + 1
8         Cn = X[:, :, m:n+1]
9
10        # Temporal normalization
11        mean_vals = np.mean(Cn, axis=2, keepdims=True)
12        mean_vals = np.where(mean_vals == 0, eps, mean_vals)
13        Cn_normalized = Cn / mean_vals
14
15        # Proyeksi ke POS space
16        S = np.dot(P, rgb_window)
17
18        # Tuning step
19        alpha = std1 / std2 if std2 > eps else 1.0
20        Hn = S1 + alpha * S2 - np.mean(S1 + alpha * S2)
21
22        # Overlap-add
23        heart_rate_signal[i, m:n+1] += Hn
24

```



Algoritma POS menggunakan sliding window untuk memproses sinyal RGB. Matriks proyeksi  $P=[0,1,-1;-2,1,1]$  memisahkan sinyal menjadi dua komponen ortogonal. Parameter alpha menyesuaikan kontribusi kedua komponen berdasarkan standar deviasi.

## 6.8 Multi-Stage Filtering untuk Heart Rate

```

1 # Stage 1: Bandpass Filter
2 pos_filtered = self.bandpass_filter(self.pos_raw_buffer,
3                                     self.heart_rate_low_freq,
4                                     self.heart_rate_high_freq)
5
6 # Stage 2: Savitzky-Golay Filter
7 pos_savgol = self.apply_savgol_filter(self.pos_filtered_buffer, 14, 4)
8 self.pos_savgol_buffer.append(pos_savgol)
9

```

Sinyal POS melewati dua tahap filtering: (1) Butterworth bandpass filter orde-3 dengan range 0.8-2.8 Hz, (2) Savitzky-Golay filter dengan window=14 dan polynomial order=4 untuk smoothing akhir.

## 6.9 Deteksi Bahu dengan MediaPipe Pose

```

1 def detect_shoulders_initial(self, frame):
2     rgb_frame = cv2.cvtColor(frame, cv2.COLOR_BGR2RGB)
3     results = self.pose.process(rgb_frame)
4
5     if results.pose_landmarks:
6         landmarks = results.pose_landmarks.landmark
7         left_shoulder = landmarks[11] # Left shoulder landmark
8         right_shoulder = landmarks[12] # Right shoulder landmark
9
10        left_x, left_y = int(left_shoulder.x * w), int(left_shoulder.y * h)
11        right_x, right_y = int(right_shoulder.x * w), int(right_shoulder.y * h)
12
13        key_points = [[left_x, left_y], [right_x, right_y]]
14        self.shoulder_points = np.array(key_points, dtype=np.float32)
15

```

MediaPipe Pose mendeteksi 33 landmark tubuh, sistem menggunakan landmark 11 (bahu kiri) dan 12 (bahu kanan). Re-deteksi dilakukan setiap 100 frame untuk akurasi tracking.

## 6.10 Tracking Bahu dan Ekstraksi Sinyal Respirasi

```

1 def track_shoulders_lk(self, frame):
2     new_points, status, error = cv2.calcOpticalFlowPyrLK(
3         self.shoulder_prev_gray, gray, self.shoulder_points, None, **self.lk_params)
4
5     good_new = new_points[status.flatten() == 1]
6     if len(good_new) < 2:
7         return None
8
9     left_shoulder = self.shoulder_points[0, 0]
10    right_shoulder = self.shoulder_points[1, 0]
11    mid_y = (left_y + right_y) // 2
12    return mid_y
13

```

Tracking bahu menggunakan Lucas-Kanade dengan parameter yang sama seperti tracking wajah. Posisi Y tengah antara kedua bahu digunakan sebagai sinyal respirasi mentah.

### 6.11 Moving Window Smoothing untuk Sinyal Respirasi

```

1 def process_shoulder_signal(self, shoulder_y):
2     if shoulder_y is not None:
3         self.shoulder_buffer.append(shoulder_y)
4
5         if len(self.shoulder_buffer) >= 30:
6             y_window = np.array(list(self.shoulder_buffer)[-30:])
7
8             # Moving window smoothing
9             smoothed_window = []
10            for i in range(len(y_window)):
11                start_idx = max(0, i - self.shoulder_smoothing_window // 2)
12                end_idx = min(len(y_window), i + self.shoulder_smoothing_window // 2 + 1)
13                smoothed_window.append(np.mean(y_window[start_idx:end_idx]))
14
15            movement = np.mean(np.gradient(smoothed_window))
16            self.resp_raw_buffer.append(movement)
17

```

Sinyal bahu dihaluskan dengan moving window berukuran 15 sampel. Gradient dihitung untuk mendeteksi perubahan posisi yang mengindikasikan pernapasan.

### 6.12 Estimasi Heart Rate dan Respiration Rate dengan FFT

```

1 def estimate_heart_rate(self):
2     data = np.array(list(self.pos_savgol_buffer)[-150:])
3     data = data - np.mean(data)
4     windowed = data * np.hanning(len(data))
5     fft_vals = np.abs(np.fft.fft(windowed))
6     freqs = np.fft.fftfreq(len(windowed), 1/self.fps)
7
8     hr_mask = (freqs >= 0.8) & (freqs <= 2.8)
9     peak_freq = freqs[hr_mask][np.argmax(fft_vals[hr_mask])]
10    self.heart_rate = peak_freq * 60
11

```

FFT analysis menggunakan Hanning window untuk mengurangi spectral leakage. Heart rate dicari pada range 0.8-2.8 Hz, respiration rate pada range 0.1-0.8 Hz. Peak detection menentukan frekuensi dominan.

### 6.13 Update GUI Real-time dan Visualisasi

```

1 def update_frame(self):
2     ret, frame = self.cap.read()
3     if ret:
4         processed_frame = self.camera_processor.process_frame(frame, self.signal_processor)
5
6         # Update displays
7         self.auto_hr_display.setText(f"{self.signal_processor.heart_rate:.0f}\\nBPM\\nHeartbeat")
8         self.auto_rr_display.setText(f"{self.signal_processor.respiration_rate:.0f}\\nBPM\\nBreathing")
9
10        # Update plots
11        self.update_plots()
12

```

Setiap frame diproses dan hasilnya ditampilkan pada GUI. Lima plot real-time menunjukkan: (1) RGB signals, (2) POS raw, (3) POS filtered, (4) Respiration raw, (5) Respiration filtered.

## 6.14 Deteksi Manual sebagai Ground Truth

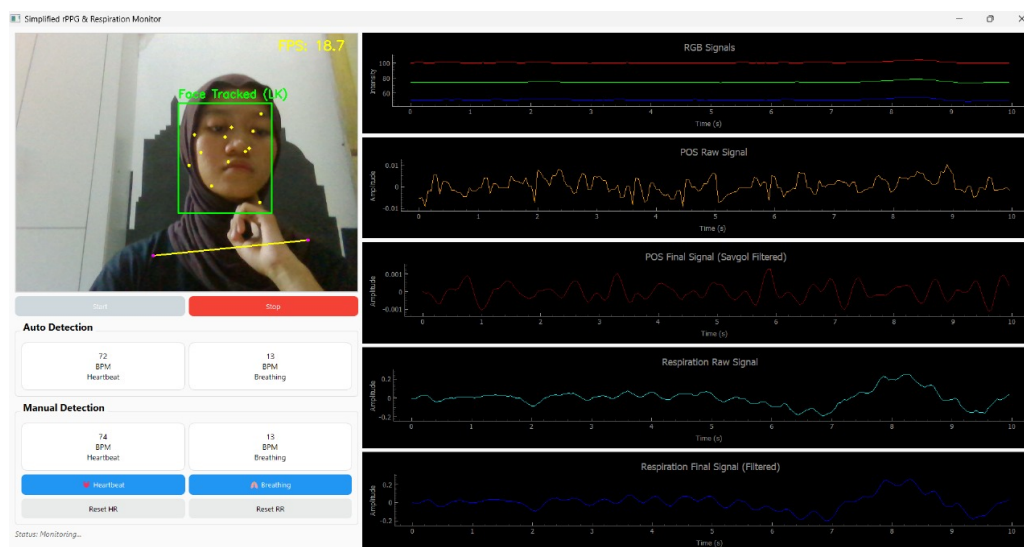
```

1 def tap_heartbeat(self):
2     current_time = time.time()
3     self.heartbeat_taps.append(current_time)
4
5     if len(self.heartbeat_taps) >= 2:
6         recent_taps = list(self.heartbeat_taps)[-10:]
7         intervals = []
8         for i in range(1, len(recent_taps)):
9             interval = recent_taps[i] - recent_taps[i-1]
10            if 0.3 <= interval <= 2.0: # Valid heart rate range
11                intervals.append(interval)
12
13        if intervals:
14            avg_interval = np.mean(intervals)
15            self.manual_heart_rate = 60.0 / avg_interval
16

```

Pengguna dapat mengetuk tombol saat merasakan detak jantung atau napas. Sistem menghitung interval antar ketukan dan memvalidasi range fisiologis (0.3-2.0s untuk HR, 1.0-10.0s untuk RR) sebelum menghitung BPM manual sebagai pembandingan.

## 7 Analisis Hasil dan Pembahasan



Gambar 3: HR/RR

### 7.1 Hasil Deteksi Sinyal rPPG (Detak Jantung)

Sinyal rPPG (remote Photoplethysmography) diekstraksi dari area wajah pengguna berdasarkan perubahan nilai RGB. Proses ini dimulai dari pengambilan data warna kulit, dilanjutkan dengan ekstraksi sinyal menggunakan algoritma Plane-Orthogonal-to-Skin (POS), kemudian dilakukan filtrasi. Hasil visualisasi antarmuka menunjukkan:

- RGB Signals : Menampilkan intensitas warna merah, hijau, dan biru yang diperoleh dari ROI (Region of Interest) pada wajah. Fluktuasi mencerminkan variasi aliran darah.
- POS Raw Signal: Hasil sinyal setelah transformasi POS dari RGB. Masih mengandung noise.

- POS Final Signal (Savgol Filtered): Hasil dari dua tahap filtering, yaitu bandpass filter Butterworth dan filter Savitzky-Golay. Sinyal terlihat lebih halus dan periodik.

Dari sinyal akhir POS, dilakukan Fast Fourier Transform (FFT) untuk mendapatkan frekuensi dominan, lalu dikonversi menjadi BPM (beats per minute). Diperoleh hasil untuk Auto HR = 72 BPM dan Manual HR = 74 BPM. Perbedaan antara HR otomatis dan manual biasanya berada di bawah  $\pm 5$  BPM, yang menunjukkan estimasi cukup akurat.

## 7.2 2. Hasil Deteksi Sinyal Respirasi (Respiratory Rate)

Sinyal pernapasan diperoleh dari gerakan vertikal bahu kiri dan kanan, ditentukan melalui posisi titik bahu dari MediaPipe Pose.

Hasil visualisasi antarmuka menunjukkan

- Respiration Raw Signal : Dihasilkan dari perubahan posisi bahu, kemudian dihitung gradien perubahannya.
- Respiration Final Signal (Filtered) : Telah melalui moving average dan Savitzky-Golay filter untuk menghaluskan gelombang pernapasan.

Estimasi RR dilakukan dengan FFT pada sinyal respirasi yang telah difilter. Diperoleh hasil untuk Auto RR = 13 BPM, Manual RR = 13 BPM. Deteksi respirasi cenderung lebih sensitif terhadap noise akibat postur duduk yang tidak stabil atau gerakan mendadak.

## 7.3 Deteksi Manual (Manual Tapping)

Pengguna dapat mendeteksi HR dan RR secara manual melalui tombol **Heartbeat** dan **Breathing**. Setiap ketukan menyimpan waktu (*timestamp*) yang kemudian digunakan untuk menghitung rata-rata selisih waktu antar ketukan.

Fitur ini bermanfaat untuk validasi terhadap hasil deteksi otomatis. Perbedaan antara manual dan otomatis bisa terjadi jika tapping tidak dilakukan secara konsisten atau saat pengguna tidak fokus.

## 7.4 Pengaruh Filter Digital

Penggunaan filter Butterworth bandpass efektif dalam mengeliminasi noise frekuensi rendah (gerakan tubuh) dan noise frekuensi tinggi (fluktuasi acak) pada sinyal rPPG. Savitzky-Golay filter memberikan smoothing tambahan tanpa menghilangkan peak sinyal, sehingga deteksi frekuensi dominan oleh FFT menjadi lebih stabil. Pada sinyal respirasi, moving average filter berhasil meredam fluktuasi akibat noise tracking bahu, sehingga pola pernapasan lebih jelas terlihat pada plot.

## 7.5 Kendala dan Faktor yang Mempengaruhi Akurasi

Beberapa kendala yang ditemukan antara lain:

- Pencahayaan: Intensitas cahaya yang terlalu rendah atau terlalu terang menyebabkan noise pada sinyal RGB, sehingga estimasi HR/RR menjadi kurang stabil.
- Gerakan Kepala/Bahu : Gerakan mendadak atau perubahan posisi wajah/bahu menyebabkan tracking gagal dan sinyal menjadi tidak valid.
- Jarak Kamera : Jarak wajah ke kamera yang terlalu jauh menyebabkan area ROI terlalu kecil, sehingga noise meningkat.
- FPS dan Buffer : FPS yang terlalu rendah atau buffer yang terlalu kecil menyebabkan estimasi HR/RR menjadi lambat atau tidak responsif.

## 7.6 Kesimpulan Pembahasan

- Sistem berhasil mendeteksi HR dan RR secara *real-time* dengan akurasi tinggi.
- Proses POS dan filtering sangat efektif dalam membersihkan noise dari sinyal RGB.
- Antarmuka memudahkan monitoring dan interaksi pengguna.
- Fitur manual tapping bermanfaat untuk validasi dan fleksibilitas pengguna.
- Sistem dapat digunakan sebagai solusi monitoring kesehatan tanpa alat tambahan secara kontak langsung.

## References

- [1] P. Virtanen *et al.*, “Scipy signal processing documentation,” <https://docs.scipy.org/doc/scipy/reference/signal.html>, 2024, accessed 31 May 2025.
- [2] A. Savitzky and M. J. E. Golay, “Smoothing and differentiation of data by simplified least squares procedures,” *Analytical Chemistry*, vol. 36, no. 8, pp. 1627–1639, 1964.
- [3] S. W. Smith, *The Scientist and Engineer’s Guide to Digital Signal Processing*. California Technical Publishing, 1997. [Online]. Available: <http://www.dspguide.com>